

(12) 发明专利

(10) 授权公告号 CN 1897978 B

(45) 授权公告日 2011.11.23

(21) 申请号 200480038618.1

(51) Int. Cl.

(22) 申请日 2004.12.21

A61K 49/22(2006.01)

(30) 优先权数据

A61K 51/12(2006.01)

03079014.1 2003.12.22 EP

A61K 47/48(2006.01)

(85) PCT申请进入国家阶段日

A61K 41/00(2006.01)

2006.06.22

(56) 对比文件

(86) PCT申请的申请数据

US 5562099 A, 1996.10.08, 权利要求、实施例 .

PCT/IB2004/004233 2004.12.21

WO 95/23615 A1, 1995.09.08, 权利要求 1、实施例 1.

(87) PCT申请的公布数据

CN 1234742 A, 1999.11.10, 权利要求 1、说明书第 12 页第 14-16 行, 第 22 页倒数第 2 段、实施例 1, 34.

W02005/063306 EN 2005.07.14

审查员 吕茂平

(73) 专利权人 博莱科瑞士股份有限公司

地址 瑞士曼诺

(72) 发明人 M·施奈德 P·比萨 闫锋

A·塞嫩泰

(74) 专利代理机构 中国国际贸易促进委员会专
利商标事务所 11038

代理人 李华英

权利要求书 4 页 说明书 43 页 附图 2 页

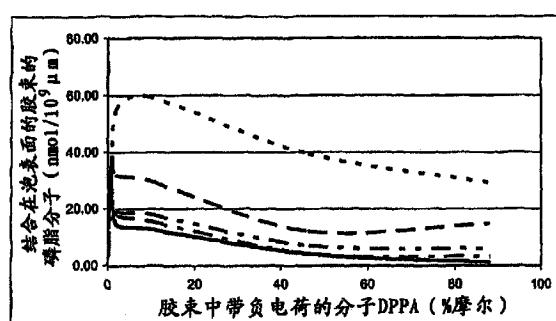
(54) 发明名称

具有用于反差成像的活性组分的充气微囊组
件

(57) 摘要

本发明涉及一种组件，这种组件包括充气微囊和能够通过静电相互作用与所述微囊的外表面相结合的结构实体（微囊相结合组分：MAC），借此改善其物理-化学特性。所述 MAC 包括靶向配体、诊断剂或它们的任意组合。生物活性剂任选地与 MAC 相结合。本发明的组件是用充气微泡或微球以及优选地具有纳米尺寸（例如胶束）的 MAC 形成的，并且在诊断和 / 或治疗活性药剂中用作活性组分，尤其是用于增强超声反差成像领域中的成像，这些成像技术包括定向超声成像和 / 或超声介导给药及其它成像技术，例如分子共振成像（MRI）或核成像。

CN 1897978 B



1. 一种用作诊断和 / 或治疗活性药剂中的活性组分的组件，包括：
 - (a) 携带第一总净电荷的充气微囊；和
 - (b) 与所述微囊相结合的组分，所述组分为通过一种或多种表面活性剂的多个分子的联合而形成的胶束形式，其中所述组分携带符号与所述第一净电荷相反的第二总净电荷，并包括：
 - (i) 靶向配体、诊断剂或这两种物质的任意组合；以及
 - (ii) 两性化合物形式的一种或多种表面活性剂。
2. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，所述靶向配体选自蛋白质、抗体、抗体片段、受体分子、受体结合分子、糖蛋白、凝集素、肽、糖、维生素、类固醇、核苷、核苷酸和多核苷酸。
3. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，所述诊断剂选自磁铁矿纳米颗粒、碘化的化合物和顺磁离子复合物。
4. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，与所述充气微囊相结合的所述组分还包括生物活性剂。
5. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，还包括至少第二组分，所述第二组分具有符号与所述第一净电荷相反的第二总净电荷，并包括生物活性剂。
6. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，还包括至少第二组分，所述第二组分具有符号与所述微囊的电荷相同的总净电荷。
7. 根据权利要求 6 所述的组件，其特征在于，所述第二组分包括靶向配体、诊断剂、生物活性剂或这些物质的任意组合。
8. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，与所述充气微囊相结合的所述组分具有 300nm 或更小的直径。
9. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，其中所述脂质选自携带聚合物的脂质或具有醚或酯连接的脂肪酸的脂质。
10. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，所述脂质选自：磷脂、溶血脂质、脂肪酸、携带磺化单糖的脂质、携带磺化寡糖的脂质或携带磺化多糖的脂质、维生素 E 半琥珀酸酯；聚合脂质、神经酰胺；聚氧乙烯脂肪酸酯、聚氧乙烯脂肪醇、聚氧乙烯脂肪醇醚、聚氧乙基化失水山梨糖醇脂肪酸酯、乙氧基化大豆甾醇、乙氧基化蓖麻油、甾醇脂族酸酯、糖酸的甾醇酯、糖酸和醇的酯、糖与脂族酸的酯、皂角苷、甘油酯、包括至少一个 C₁₀-C₂₀ 烷基链的烷基铵盐、包括一个通过 C₃-C₆ 亚烷基桥连接到 N 原子上的 C₁₀-C₂₀ 酰基链的三价或四价铵盐，以及上述这些物质的混合物。
11. 根据权利要求 10 的组件，其中所述磷脂选自：二月桂酰基 - 磷脂酰胆碱、二肉豆蔻酰基 - 磷脂酰胆碱、二棕榈酰基 - 磷脂酰胆碱、二花生四烯酰基 - 磷脂酰胆碱、二硬脂酰基 - 磷脂酰胆碱、二油酰基 - 磷脂酰胆碱、1,2 二硬脂酰基-sn- 甘油-3- 乙基胆碱磷酸、双十五酰 - 磷脂酰胆碱、1- 肉豆蔻酰 -2- 棕榈酰 - 磷脂酰胆碱、1- 棕榈酰 -2- 肉豆蔻酰 - 磷脂酰胆碱、1- 棕榈酰 -2- 硬脂酰 - 磷脂酰胆碱、1- 硬脂酰 -2- 棕榈酰 - 磷脂酰胆碱、1- 棕榈酰 -2- 油基磷脂酰胆碱、1- 油基 -2- 棕榈酰 - 磷脂酰胆碱、二月桂酰 - 磷脂酰甘油及其碱金属盐、二花生四烯酰基磷脂酰甘油及其碱金属盐、二肉豆蔻酰基磷脂酰甘油及其碱金属盐、二棕榈酰基磷脂酰甘油及其碱金属盐、二硬脂酰基磷脂酰甘油及其碱金属盐、二油酰

基 - 磷脂酰甘油及其碱金属盐、二肉豆蔻酰基磷脂酸及其碱金属盐、二棕榈酰基磷脂酸及其碱金属盐、二硬脂酰基磷脂酸、二花生四烯酰基磷脂酸及其碱金属盐、二肉豆蔻酰基磷脂酰乙醇胺、二棕榈酰基磷脂酰乙醇胺、二硬脂酰基磷脂酰乙醇胺、二油基磷脂酰乙醇胺、二花生四烯酰基磷脂酰乙醇胺、二亚麻酰基磷脂酰乙醇胺、二肉豆蔻酰基磷脂酰丝氨酸、二花生四烯酰基磷脂酰丝氨酸、二棕榈酰基磷脂酰丝氨酸、二硬脂酰基磷脂酰丝氨酸、二油酰基磷脂酰丝氨酸、二棕榈酰基鞘磷脂和二硬脂酰基鞘磷脂及其混合物。

12. 根据权利要求 10 所述的组件，其特征在于，其中所述磷脂是用聚乙二醇改性的磷脂酰乙醇胺。

13. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，每摩尔微囊的电荷数与每摩尔与微囊相结合的组分的电荷数的比例为 10 : 1-1 : 10。

14. 根据权利要求 13 所述的组件，其特征在于，所述比例为 3 : 1-1 : 10。

15. 根据权利要求 13 所述的组件，其特征在于，所述比例为 2 : 1-1 : 10。

16. 根据权利要求 13 所述的组件，其特征在于，所述比例为 3 : 2-1 : 10。

17. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，所述微囊是用包括两性成膜化合物的被膜所稳定的微泡，或具有材料被膜的微球。

18. 根据权利要求 17 所述的组件，其特征在于，包括在使所述微泡稳定的被膜中的所述两性成膜化合物是磷脂。

19. 根据权利要求 17 所述的组件，其特征在于，所述微泡的被膜包括携带正或负净电荷的脂质。

20. 根据权利要求 17 所述的组件，其特征在于，所述微球的材料被膜包括聚合材料、水不溶性脂质或其任意组合。

21. 根据权利要求 17 所述的组件，其特征在于，所述微球的材料被膜包括离子生物降解聚合物。

22. 根据权利要求 17 所述的组件，其特征在于，所述微球的材料被膜还包括携带正或负净电荷的脂质。

23. 根据权利要求 19 所述的组件，其特征在于，所述脂质是磷脂。

24. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，所述胶束包括聚乙二醇改性的磷脂；包括至少一个 C₁₀-C₂₀) 烷基链的烷基铵盐；包括至少一个通过 C₃-C₆ 亚烷基桥连接到氮原子上的 C₁₀-C₂₀ 酰基链的三价或四价铵盐；C₁₂-C₂₄ 脂肪酸盐；聚合表面活性剂；或上述这些物质的混合物。

25. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，所述胶束包括磷脂酰胆碱、乙基磷脂酰胆碱、磷脂酰甘油、磷脂酸、磷脂酰乙醇胺、磷脂酰丝氨酸或鞘磷脂的 C₁₂-C₂₄ 脂肪酸二酯。

26. 根据权利要求 1 所述的组件，其特征在于，所述胶束包括携带正或负净电荷的脂质，或聚合离子表面活性剂。

27. 根据权利要求 26 所述的组件，其特征在于，所述脂质选自磷脂酰丝氨酸、磷脂酸、磷脂酰甘油、聚乙二醇改性的磷脂酰乙醇胺、乙基磷脂酰胆碱和各自的溶血形式；胆汁酸盐；脱氧胆汁酸盐；甘氨胆酸盐；这些物质的 C₁₂-C₂₄ 脂肪酸盐；包括至少一个 C₁₀-C₂₀ 烷基链的烷基铵盐；包括至少一个通过 C₃-C₆ 亚烷基桥连接到氮原子上的 C₁₀-C₂₀ 酰基链的三价或四价铵盐；以及上述物质的混合物。

28. 一种包括根据权利要求 1-27 任一项所述的组件的生理上可接受的液体的含水悬浮液。

29. 根据权利要求 1-27 任一项所述的组件, 其特征在于, 药物可接受的载体中的所述组件的含水悬浮液显示出 ζ -电势, 所述 ζ -电势相对于形成所述组件的充气微囊的相同载体中的含水悬浮液的 ζ -电势, 其绝对值至少减小 50%。

30. 根据权利要求 29 所述的组件, 其特征在于, 所述 ζ -电势的绝对值至少减小 75%。

31. 根据权利要求 29 所述的组件, 其特征在于, 所述 ζ -电势的绝对值减小 100% 或更多。

32. 一种药盒, 单独地包括:

a) 作为第一组分、携带第一总净电荷的充气微囊;

b) 与所述微囊相结合的第二组分, 所述第二组分携带符号与所述第一净电荷相反的第二总净电荷, 所述相结合的组分为通过一种或多种表面活性剂的多个分子的联合而形成的胶束形式, 并包括 (i) 靶向配体、诊断剂或这些物质的任意组合; 和 (ii) 两性化合物形式的一种或多种表面活性剂。

33. 根据权利要求 32 所述的药盒, 其特征在于, 还包括药物可接受的波态载体。

34. 根据权利要求 33 所述的药盒, 其特征在于, 所述第一和第二组分是单独的冻干制剂形式。

35. 根据权利要求 1-26 任一项所述组件的制备方法, 包括: 将包含充气微囊的制剂与包含待与所述微囊相结合的组分的制剂进行混合。

36. 根据权利要求 35 所述的方法, 其特征在于, 包括:

1) 制备包括充气微囊的第一含水悬浮液;

2) 制备包括将要与所述充气微囊相结合的组分的第二含水悬浮液;

3) 将所述两个悬浮液混合, 从而获得包括所述组件的含水悬浮液。

37. 根据权利要求 35 所述的方法, 其特征在于, 包括:

1) 制备包括充气微囊的第一含水悬浮液;

2) 冻干所述悬浮液, 从而获得第一冻干产物;

3) 制备包括将要与所述充气微囊相结合的组分的第二含水悬浮液;

4) 冻干所述悬浮液, 从而获得第二冻干产物;

5) 在气体的存在下, 将所述第一和所述第二冻干产物与生理上可接受的含水载体进行重组, 从而获得包括所述组件的含水悬浮液。

38. 根据权利要求 37 所述的方法, 其特征在于, 所述步骤 5) 包括以下步骤:

a) 将第二冻干产物与生理上可接受的含水载体进行重组, 从而获得包括将要与充气微囊相结合的组分的悬浮液, 以及

b) 在气体的存在下, 将第一冻干产物与所述悬浮液进行重组。

39. 根据权利要求 35 所述的方法, 其特征在于, 包括:

1) 制备包括有机溶剂、磷脂和冻干保护剂的含水乳剂;

2) 制备包括将要与充气微囊相结合的组分的含水悬浮液;

3) 将所述含水悬浮液与所述含水乳剂进行混合; 以及

4) 将混合物冻干, 以除去水和有机溶剂, 从而获得包括所述组件的冻干产品。

40. 根据权利要求 6 或 7 所述的组件的制备方法, 其特征在于, 包括: 将携带符号与充气微囊的符号相同的总净电荷的第二组分, 混合到按照权利要求 35-39 任一项获得的组件中。

41. 根据权利要求 1-27 任一项所述的组件制备药物活性药剂的用途。

42. 根据权利要求 20 的组件, 其中所述聚合物材料是蛋白质材料。

具有用于反差成像的活性组分的充气微囊组件

发明领域

[0001] 本发明涉及一种组件，这种组件包括作为第一组分的充气微囊和作为第二组分、能够与微囊的外表面相结合，借此改善其物理 - 化学特性的结构实体，所述第二组分具有导向和 / 或诊断活性。本发明还涉及包括所述组件的药剂、所述药剂的用途、所述组件和药剂的制备方法以及包括所述组件的试剂盒。本发明的组件可用作诊断和 / 或治疗活性药剂中的活性组分，尤其是用于增强超声反差成像领域中的成像，这些成像技术包括定向超声成像和 / 或超声介导给药及例如分子共振成像 (MRI) 或核成像的其它成像技术。

[0002] 发明背景

[0003] 近年来超声造影剂的快速发展产生了许多不同药剂，这些药剂可用于人或动物体的器官和组织的超声成像。将这些药剂设计成主要用作与医学回波描记设备结合使用的静脉或动脉血管内注射剂，所述设备采用例如 B- 模式成像（基于反向散射组织特性的空间分布）或多普勒信号处理（基于用来测定血液或液体流动参数的超声回声的连续波或脉冲多普勒处理）。

[0004] 可用作超声造影剂的一类血管注射剂包括：分散在含水介质中的具有几微米直径的气泡悬浮体。

[0005] 载体液中的气泡悬浮液用作有效的超声反射体，这在本领域内是公知的。在早期观察到水溶液的快速静脉注射由于形成气泡能够导致溶解气体从溶液中逸出之后，开发出微泡悬浮液作为用于增强超声成像的回波药物。由于这些血管气泡与血液在声阻抗上非常不同，因此发现它们是极好的超声反射体。载体液中的气泡悬浮体注射到活生物体的血流内，能够大大加强超声回波描记成像，由此增强体内器官的可视性。由于器官和深位组织的成像在建立医学诊断时是至关重要的，因此已付出了许多努力以开发稳定的高浓缩气泡悬浮体，所述气泡悬浮体必须同时具备制备和施用简单的优点，含有最少的失活物种，并且能够长期贮存和简单施用。

[0006] 然而，对游离气泡在含水介质中的简单分散体的实际兴趣有限，因为这些气泡的稳定性通常不足以用作超声造影剂。

[0007] 因此，研究者的兴趣已经体现在用于回波描记及其它超声研究的气泡的稳定方法上，所述方法例如利用乳化剂、油、增粘剂或糖，或者将气体或其前体捕获或用胶囊包裹在各种系统中。这些稳定的气泡在本领域内通常称作“微囊”，并且可以分成两个主要类别。

[0008] 第一类稳定气泡或微囊在本领域内通常称作“微泡”，并且包括含水悬浮体，在悬浮体中，气泡被包括设置在气 - 液界面的稳定两性材料的非常薄的被膜（膜）界定在气 / 液界面上。微泡悬浮体一般是这样制备的：即，使粉末状的两性材料（例如冻干的预制脂质体或冻干或喷雾干燥的磷脂溶液）与空气或其它气体接触，然后再与含水载体接触，同时进行搅拌，从而产生微泡悬浮体。这样就可以施用了，优选在悬浮体制成之后尽快施用。

[0009] 气体微泡的含水悬浮体及其制备的实施例如公开在 US5,271,928、US 5,445,813、US 5,413,774、US 5,556,610、US 5,597,549、US 5,827,504 和 WO 04/069284 中，这些参考文献在此全部引入本文。

[0010] 第二类微囊在本领域内通常称作“微球”或“微胶囊”，并且包括这样的悬浮体：在该悬浮体内，气泡被脂质或天然或合成聚合物固态材料被膜所包围。微球及其制备的实施例如公开在 US 5,711,933 和 US 6,333,021 中，这些参考文献在此全部引入本文。

[0011] 携带总净电荷的微囊也是公知的（例如参见国际专利申请 WO97/29783，该参考文献在此并入本文）；这些微囊的外被膜含有能够将所需的总电荷赋予最终微囊的离子化合物。

[0012] 对这些充气微囊药剂的进一步兴趣最近体现在，对用于改善诊断效果和 / 或治疗目的的充气微囊药剂的改进上。

[0013] 例如，微囊可与特定组分（称作“靶向配体”）相结合（例如通过包括在其周边被膜中），所述特定组分能够连接到病人体内的确定靶物（例如特定病原部位）上。这些药剂在本领域内通常称作“定向微囊”。定向微囊、靶向配体及其制备的实施例如公开在国际专利申请 WO98/18051 中。

[0014] 另一个改进药剂的实例是那些治疗剂与微囊相结合的药剂。当包括微囊的药剂到达病原部位时，例如通过施加能够分裂囊泡的受控声能、由此局部释放治疗剂而有益地释放药物。这种技术在本领域内通常称作“超声介导的药物释放”。包含治疗剂的微囊药剂的实例例如公开在国际专利申请 WO94/28873 中。

[0015] 本领域的进一步开发集中在组件的制备上，其中微囊与携带所需治疗剂或靶向化合物的第二组分相结合。

[0016] 例如，W099/39738 公开了一种包括充气微囊和与其相结合的液体填充的脂质体的组件，其中脂质体内包括治疗活性物质。脂质体通过与微囊简单混合或者通过共轭偶之间的连接，而结合到微囊上。在所述共轭偶中，微囊和脂质体每个都配有携带所述共轭偶（例如生物素和亲和素或链霉亲和素）的两个相应互补部分之一的组分。

[0017] W003/015831 公开了一种药剂，其包括与脂质体相结合的充气微囊（即该申请中的“微球”），被称作微球 - 脂质体组合物。组合物的脂质体可包括药物和 / 或靶向部分。形成组合物的微囊和脂质体用相同的原料制成；组合物是通过以下步骤获得的：制备包含脂质混合物的水溶液，然后将所述溶液引入包括所需气体的密封瓶中，最后搅拌该溶液。如此获得的组合物因此是一种化学性质相同的微囊与脂质体的简单混合物。尤其是，所述参考文献中没有公开微囊与脂质体之间的具体化学或物理作用。

[0018] 而且，国际专利申请 W099/53963 公开了一种复合制剂，其包括第一组合物和第二组合物，所述第一组合物包括分散在含水介质中并被一种材料稳定的充气微囊，所述第二组合物是包括一种使乳剂稳定的材料的水包油乳剂。使微囊和分散的油相稳定的表面材料彼此具有亲和力。在一个实施方案中，所述亲和力是通过采用具有相反电荷的表面材料以使它们彼此发生静电相互作用并结合而获得的。或者是，各个表面材料的联合可包括通过化学或生物结合而能够相互作用的化合物。乳剂的油是能够在体内产生气体或蒸汽压并称作“可分散组分”的物质。所述乳化物液滴与微囊的联合通过气体或蒸汽分子从所述物质向其内分散，能够确定分散的气相在微囊中的可控生长。

[0019] 发明概述

[0020] 申请人现在已经发现一种用于药物活性药剂的新组件，其包括通过充分的静电相互作用而与第二组分相结合的充气微囊，所述第二组分包括靶向配体、诊断剂或这些物质

的任意组合。

[0021] 本发明一方面涉及一种包括充气微囊和与所述微囊相结合的组分的组件，其中所述微囊携带第一总净电荷，所述组分携带符号与所述第一净电荷相反的第二总净电荷，并包括靶向配体、诊断剂或这些物质的任意组合以及生物相容的表面活性剂。

[0022] 按照一个优选实施方案，所述相结合组分具有 300nm 或更小的直径，更优选 200nm 或更小的直径，甚至更优选 100nm 或更小的直径。

[0023] 按照一个优选实施方案，所述组件包括含有生物活性剂的相结合组分。

[0024] 优选地，所述表面活性剂是乳化剂、分散剂或它们的任意组合，尤其优选的是两性材料。

[0025] 在本说明书以下的描述中，组件的第二组分被称作微囊相结合组分（“MAC”）。

[0026] 按照本发明的一个实施方案，所述超声造影剂是分散在药物可接受的含水载体中的多个所述组件的悬浮体形式。

[0027] 按照本发明的一个替换型实施方案，所述超声造影剂是冻干组合物形式。

[0028] 本发明另一方面涉及一种如上所述的组件的制备方法，其包括将具有充气微囊或其前体的制剂与包含所述第二组分或其前体的制剂进行混合。

[0029] 鉴于本申请的目的，术语“充气微囊的前体”在其含义内包括能够形成充气微囊悬浮液的任何中间物质、组合物、药剂或结构，例如包括能够与含水载体重组以形成所述微囊悬浮液的冻干药剂，或者能够进行冻干处理以获得冻干产品、冻干产品然后与含水载体重组以形成所述悬浮液的微乳剂。

[0030] 同样，术语“第二组分的前体”，包括能够形成所述第二组分的任何中间物质、组合物、药剂或结构，例如包括可重组成包含所述 MAC 的含水悬浮液的冻干组合物。

[0031] 按照本发明的一个实施方案，本发明的组件可通过以下步骤获得：

[0032] 1) 制备包括充气微囊的第一含水悬浮液；

[0033] 2) 制备包括将要与所述充气微囊相结合的组分的第二含水悬浮液；

[0034] 3) 将所述两种悬浮液混合，从而获得包括所述组件的含水悬浮液。

[0035] 任选地，在制备第一和 / 或第二悬浮液之后可包括洗涤步骤。也可实施最终悬浮液的任选洗涤步骤。术语“洗涤步骤”在其含义内包括，从所需化合物（例如微囊、MAC 或组件）的悬浮液中分离和 / 或至少部分除去过量的未联合材料、组分、颗粒等的任何方法或工艺。合适的分离方法包括例如倾析、离心、超滤或微滤。

[0036] 按照一个替换型实施方案，本发明的组件可通过以下步骤获得：

[0037] 1) 制备包括充气微囊的第一含水悬浮液；

[0038] 2) 冻干所述悬浮液，从而获得第一冻干产物；

[0039] 3) 制备包括将要与所述充气微囊相结合的组分的第二含水悬浮液；

[0040] 4) 冻干所述悬浮液，从而获得第二冻干产物；

[0041] 5) 在气体的存在下，将所述第一和所述第二冻干产物与生理上可接受的含水载体进行重组，从而获得包括组件的含水悬浮液。

[0042] 任选地，在制备第一和 / 或第二悬浮液之后可包括洗涤步骤。也可实施最终悬浮液的任选洗涤步骤。

[0043] 按照一个优选实施方案，制备工艺的最后步骤 5) 包括以下步骤 :a) 将第二冻干产

物与生理上可接受的含水载体进行重组,从而获得包括将要与充气微囊相结合的组分的悬浮液,以及 b) 在气体的存在下,将第一冻干产物与所述悬浮液进行重组。

[0044] 按照进一步优选的实施方案,所述组件是作为冻干组合物通过以下步骤获得的:

[0045] 1) 制备包括水不混溶的有机溶剂、磷脂和冻干保护剂 (lyoprotective) 的含水乳剂;

[0046] 2) 制备包括将要与充气微囊相结合的组分的含水悬浮液;

[0047] 3) 将所述含水悬浮液与所述含水乳剂进行混合;以及

[0048] 4) 将混合物冻干,以除去水和有机溶剂,从而获得包括所述组件的冻干产品。

[0049] 通过在气体和含水载体的存在下搅拌所述冻干产品,所获得的冻干产品能够重组包括本发明组件的含水悬浮液。

[0050] 本发明另一方面涉及一种超声诊断成像方法,其包括施用反差增强量的如上定义组件的含水悬浮液。

[0051] 本发明另一方面涉及一种治疗方法,其包括施用有效治疗量的如上定义的包括生物活性剂的组件的含水悬浮液。

[0052] 本发明还有另一方面涉及一种药盒,其包含以下任何形式的所述组件组分:a) 作为两个独立的微囊和 MAC 悬浮液;b) 作为两个组分的单独冻干制剂,任选地与用于重组的含水载体在一起;或者 c) 作为组件的冻干制剂,与用于重组的含水载体在一起。

[0053] 按照本发明组件的优点是,通过采用一般用于形成微囊被膜的常规组分、而无需将附加组分或部分引入所述被膜(否则可能削弱微囊的稳定性),可实现微囊与 MAC 之间的静电相互作用。

[0054] 所获得的组件一旦施用到病人体内,能够有益地改进或调节充气微囊的行为(例如从血流循环中的廓清率)。例如,包括带正电荷的微囊和带负电荷的 MAC 的组件,可用来施用带正电荷的微囊制剂,然而所述带正电荷的微囊制剂一旦进入体内,就表现出类似于带负电荷微囊的行为。或者是,包括带负电荷的微囊和带正电荷的 MAC 的组件,可用来施用带负电荷的微囊制剂,然而所述带负电荷的微囊制剂一旦进入体内,就表现出类似于带正电荷微囊的行为。此外,可使所需的靶向化合物或药物活性剂与微囊相结合,而不会减小其稳定性(尤其是围绕气体的边界层的稳定性),因为所述靶向化合物或药物活性剂实际上与组件的第二组分相结合,其稳定性基本上不受所述化合物或活性剂的存在的影响。

[0055] 本发明的进一步优点是,在为了不同目的制备不同的组件时具有相当大的灵活性。实际上,带电微囊的一个基本制剂可与不同的带相反电荷的 MAC 制剂(如果需要,可同时不止一个)相结合,这取决于具体的诊断/治疗需要。例如,可使携带靶向配体(例如用于将组件结合到特定病原部位)的第一 MAC 制剂和包括生物活性剂(一旦组件连接到特定病原部位上就可释放)和/或诊断剂(增强定向部位的成像)的第二 MAC 制剂与微囊制剂相结合。

[0056] 此外,申请人已经观察到,本发明的组件相对于单独的微囊表现出更强的耐压力。

附图说明

[0057] 图 1 表示出由包括相同材料但不同量的微囊和 MAC 形成的不同组件的组合物。

[0058] 图 2 和 3 表示出带电微囊和具有所带电荷与微囊相反的 MAC 的相应组件的体内行

为。

[0059] 发明详述

[0060] 按照本发明的组件一般包括携带总净电荷的充气微囊形式的第一组分（也被认为“载体”组分），和与所述载体组分（MAC）相结合的第二组分，所述第二组分携带符号与第一组分相反的总净电荷。MAC包含所需的靶向配体、诊断剂或这些物质的任意组合、以及至少一种表面活性剂，尤其是乳化剂和/或分散剂，更优选的是两性化合物。任选地，组件中可包括含有生物活性剂的MAC。

[0061] 微囊相结合组分（MAC）优选是通过联合一种或多种表面活性剂的多个分子而形成的稳定超分子结构形式。优选地，所述超分子结构包括携带净电荷的至少一种表面活性剂，更优选的是离子表面活性剂。所述稳定超分子结构能够例如通过所述分子的疏水部分之间的疏水性作用来确定。按照一个特别优选的实施方案，MAC是胶束形式的。或者是，所述MAC可由一个聚合离子表面活性分子来形成，所述分子任选地被官能化为包括合适的靶向、生物活性和/或诊断部分。

[0062] 本发明的组件可用来制备用于诊断和/或治疗方法的药物活性药剂。

[0063] 术语“药物活性药剂”在其含义内包括，在按需以有效量施用给病人时能够发挥药效（例如诊断、生物活性和/或治疗效果）的任何药剂或者其前体，包括诊断、生物活性和/或治疗活性药剂。同样，术语“药物活性”在指化合物、试剂或药盒时，在其含义内包括诊断、生物活性和/或治疗化合物、试剂或药盒。

[0064] 术语“靶向配体”在其含义内包括，具有或者能够促进本发明组件的向活体内的任何生物或病原部位的靶向活动的任何化合物、部分或残基。靶向配体可结合的靶物包括组织例如心肌组织（包括心肌的细胞和心肌细胞（cardiomyocyte）、膜组织（包括内皮和上皮）、层、结缔组织（包括间质组织）或肿瘤；血块；和受体例如肽激素、神经递质、抗原、补体片段和免疫球蛋白的细胞表面受体、以及类固醇激素的胞质受体。

[0065] 术语“诊断剂”在其含义内包括可与诊断方法（包括病人的内部区域的成像和/或诊断病人疾病的存在与否）结合使用的任何化合物、组合物或颗粒。示范诊断剂包括例如与磁共振成像、X-射线成像（尤其是计算机化X线断层照相术）、光学成像、核成像或分子成像结合用于病人的造影剂，包括例如磁铁矿纳米颗粒。

[0066] 术语“生物活性剂”在其含义内包括，可用于任何治疗用途（例如病人的疾病治疗方法）的任何物质、组合物或颗粒，以及能够在体外和/或体内发挥或负责发挥生物效应的任何物质。生物活性剂的实例是药物、药品、蛋白质、天然或合成肽（包括寡肽和多肽）、维生素、类固醇和遗传材料（包括核苷、核苷酸以及多核苷酸）。病人的治疗方法或治疗法一般包括生物活性剂的使用。

[0067] “可生物相容的”或“生理上可接受的”是指，能够以所选量给病人施用而不会负面影响或实质性改变其生物体的健康或正常机能（例如，没有确定任何的不可接受的毒性状态、不会导致任何极端或失控的变态反应或者没有确定任何异常病理状况或疾病状态）的任何化合物、材料或药剂。

[0068] 术语“表面活性剂”是指能够使通常不混溶材料的混合物稳定的任何化合物，所述混合物例如有两种不混溶液体（例如水和油）的混合物、液体与气体（例如水中的气体微泡）的混合物、或液体与不溶性颗粒（例如水中的金属纳米颗粒）的混合物。这些化合物在

本领域中通常也称作“乳化剂”或“分散剂”。优选地，所述化合物是“两亲性化合物”，即具有带亲水性极性头部（例如极性或离子基团）和疏水性有机尾部（例如碳氢链）的分子的化合物。表面活性剂、尤其是乳化和/或分散剂的实例有：(C₂–C₁₀) 有机酸、包括 (C₁₂–C₂₄)、优选 (C₁₄–C₂₂) 脂族链的有机脂肪酸、这些物质的药物可接受的（碱）盐、以及与聚氧乙烯的相应酯，例如棕榈酸、硬脂酸、花生四烯酸、油酸、十二烷酸钠、草酸钠或酒石酸钠，或聚氧乙烯脂肪酸硬脂酸酯；聚离子（碱性）盐，例如柠檬酸钠、聚丙烯酸钠、磷酸钠；有机胺、酰胺、四价铵（卤）盐，优选含有 (C₈–C₂₂) 碳氢链，包括它的聚氧乙基化衍生物，例如乙醇胺、三乙醇胺、烷基胺、链烷醇酰胺、氯化三甲基烷基胺、聚氧乙基化烷基胺、聚氧乙基化链烷醇酰胺；氨基酸；磷脂，例如磷脂酰胆碱、乙基磷脂酰胆碱、磷脂酰甘油、磷脂酸、磷脂酰乙醇胺、磷脂酰丝氨酸或鞘磷脂的脂肪酸二酯；单-或寡-糖与 (C₁₂–C₂₄)、优选 (C₁₄–C₂₂) 有机脂肪酸的酯，例如失水山梨糖醇月桂酸酯；聚合表面活性剂，即包括疏水性和亲水性部分的嵌段共聚物，例如环氧乙烷 / 环氧丙烷嵌段共聚物；有机磺酸酯，例如碱性（例如钠）(C₁₂–C₂₄) 烷基、优选 (C₁₄–C₂₂) 烷基磺酸盐；全氟有机酸，例如全氟辛酸；以及这些物质的混合物。与具有微米级尺寸的微囊相反，由于 MAC 的优选纳米级尺寸（300nm 或更小），因此其也被称作组件的纳米组分。微囊的尺寸一般至少为 0.5 μm，优选为 0.8 μm 并至多例如 20 μm，更优选的是约 1–8 μm；在例如借助于库尔特计数器测定的众多微囊中相应的平均直径 (D_N) 优选为至少 0.8 μm，更优选为至少 1 μm（高达例如约 8 μm），并甚至更优选的是约 1–约 5 μm。

[0069] 通常，根据相应的制备方法，微囊和 MAC 是作为具有或多或少窄的尺寸分布的一个粒子群而获得的。由此，为了比较不同群体的微囊或 MAC，通常采用所述分布的平均值。正如本领域技术人员所公知的，微米 / 纳米颗粒的尺寸及其相应的大小分布可以用许多参数来表征，最常使用的是按数目计的平均直径 (D_N)、按数目计的中值直径 (D_{N50})、按体积计的平均直径 (D_V) 和按体积计的中值直径 (D_{V50})。虽然按数目计的直径指示出颗粒的平均数尺寸，但是按体积计的直径提供了颗粒的总体积在整个群体中是如何分布的信息。由于在小体积颗粒群体中极少数大体积颗粒的存在，可导致相应的 D_V 值向高值漂移，因此有时用 D_{V50} 值评估颗粒群体的分布更便利些。D_{V50} 是表示颗粒内部体积总数的一半存在于具有低于 D_{V50} 直径的颗粒中的计算值；这使得在大小分布的评估中偶然形成的大体积颗粒的作用减小。为了清楚起见，单一大小的颗粒显示出相同的 D_N、D_{N50}、D_V 和 D_{V50} 值。另一方面，颗粒分布范围的增宽将导致具有各自比例的相应偏差的这些不同值之间具有更大的差异（例如，D_V/D_N 之比增大）。例如，主要含有小颗粒（例如具有 2 μm 左右直径的颗粒）和少量大颗粒（例如具有 8 μm 以上直径的颗粒）的颗粒群，显示出比 D_N 值更高的 D_V 或 D_{V50} 值，从而 D_V/D_N 或 D_{V50}/D_N 之比相应更高。

[0070] 组件的两个组分之间的静电相互作用基本上是通过采用携带第一净电荷的第一分子化合物（包括在微囊的被膜中）和携带符号与第一净电荷相反的第二净电荷的第二分子化合物（包括在 MAC 结构中）而获得的。然后具有第一总净电荷的微囊和具有符号与第一净电荷符号相反的第二总净电荷的 MAC 通过静电相互作用彼此相结合，从而获得按照本发明的组件。

[0071] 形成按照本发明组件的第一组分的充气微囊，可以是本领域内公知的携带总净电荷的任何微囊。微囊的优选实例是微泡和微球（或微胶囊）。

[0072] 微泡

[0073] 合适的充气微囊的第一实例以下将称作“充气微泡”。

[0074] 可用于制备本发明组件的充气微泡通常是分散在含水悬浮液中的气泡，所述悬浮液被位于气-液界面、包括两性（成膜）化合物的（非常薄的）被膜所稳定。所述稳定被膜（在本领域内有时称作“渐消被膜”）通常具有小于5nm、一般为约2-3nm的厚度，由此经常实际上基本为单分子层。包括在被膜中的至少一部分两性材料是由带电分子构成的，于是将所需的总净电荷赋予微泡被膜。

[0075] 包括在微囊被膜中的两性化合物可以是合成或天然发现的生物相容化合物，并且可包括例如成膜脂质，尤其是磷脂。两性化合物的实例包括例如磷脂；溶血脂质；脂肪酸，例如棕榈酸、硬脂酸、花生四烯酸或油酸；携带聚合物的脂质，例如壳质、透明质酸、聚乙烯吡咯烷酮或聚乙二醇（PEG）（也称作“pegylated 脂质”）；携带碘化单-、二-、寡-或多糖的脂质；胆固醇、胆固醇硫酸酯或胆固醇半琥珀酸酯；维生素E半琥珀酸酯；具有醚或酯连接的脂肪酸的脂质；聚合脂质；联乙酰磷酸酯；联十六烷基磷酸酯；硬脂胺；神经酰胺；聚氧乙烯脂肪酸酯（例如聚氧乙烯脂肪酸硬脂酸酯）、聚氧乙烯脂肪醇、聚氧乙烯脂肪醇醚、聚氧乙基化失水山梨糖醇脂肪酸酯、甘油聚乙二醇蓖麻油酸酯、乙氧基化大豆甾醇、乙氧基化蓖麻油或环氧乙烷（EO）和环氧丙烷（PO）的嵌段共聚物；甾醇脂族酸酯，包括胆固醇丁酸酯、胆固醇异丁酸酯、胆固醇棕榈酸酯、胆固醇硬脂酸酯、羊毛甾醇乙酸酯、麦角甾醇棕榈酸酯或植物甾醇异丁酸酯；糖酸的甾醇酯，包括胆固醇葡萄糖苷酸、羊毛甾醇葡萄糖苷酸、7-脱氢胆固醇葡萄糖苷酸、麦角甾醇葡萄糖苷酸、胆固醇葡萄糖酸酯、羊毛甾醇葡萄糖酸酯或麦角甾醇葡萄糖酸酯；糖酸和醇的酯，包括月桂基葡萄糖苷酸、硬脂酰葡萄糖苷酸、肉豆蔻酰葡萄糖苷酸、月桂基葡萄糖酸酯、肉豆蔻酰葡萄糖酸酯或硬脂酰葡萄糖酸酯；糖与脂族酸的酯，包括蔗糖月桂酸酯、果糖月桂酸酯、蔗糖棕榈酸酯、蔗糖硬脂酸酯、葡萄糖醛酸、葡萄糖酸或多糖醛酸；皂角苷，包括萨洒皂草配基、菝葜配基、长春配基、齐墩果酸或毛地黄毒苷配基；甘油或甘油酯，包括甘油三棕榈酸酯、甘油二硬脂酸酯、甘油三硬脂酸酯、甘油二肉豆蔻酸酯、甘油三肉豆蔻酸酯、甘油二月桂酸酯、甘油三月桂酸酯、甘油二棕榈酸酯；长链醇，包括正-癸醇、月桂醇、肉豆蔻醇、十六醇或正-十八醇；6-(5-胆甾-3β-氧)-1-硫代-β-D-吡喃半乳糖苷；双半乳糖二甘油酯；6-(5-胆甾-3β-氧)己基-6-氨基-6-脱氧-1-硫代-β-D-吡喃半乳糖苷；6-(5-胆甾-3β-氧)己基-6-氨基-6-脱氧-1-硫代-β-D-吡喃甘露糖苷；12-(((7'-二乙基氨基豆素-3-基)羰基)甲基氨基)十八酸；N-[12-(((7'-二乙基氨基豆素-3-基)羰基)甲基氨基)十八酰基]-2-氨基棕榈酸；N-琥珀酰-二油酰基磷脂酰乙醇胺；1,2-二油酰基-sn-甘油；1,2-二棕榈酰基-sn-3-琥珀酰甘油；1,3-二棕榈酰基-2-琥珀酰甘油；1-十六烷基-2-棕榈酰基甘油磷乙醇胺或棕榈酰基高半胱氨酸；包括至少一个(C₁₀-C₂₀)、优选(C₁₄-C₁₈)烷基链的烷基铵盐，例如硬脂酰氯化铵、十六烷基氯化铵、二甲基双十八烷基溴化铵(DDAB)、十六烷基三甲基溴化铵(CTAB)；包括一个或优选包括两个(C₁₀-C₂₀)、优选(C₁₄-C₁₈)酰基链（此链通过(C₃-C₆)亚烷基桥连接到N原子上）的三价或四价铵盐，例如1,2-二硬脂酰基-3-三甲基铵-丙烷(DSTAP)、1,2-二棕榈酰基-3-三甲基铵-丙烷(DPTAP)、1,2-二油酰基-3-三甲基铵-丙烷(DOTAP)、1,2-二硬脂酰基-3-二甲基铵-丙烷(DSDAP)；以及这些物质的混合或组合。

[0076] 根据组分的组合以及微泡的制造工艺，以上列出的示范化合物可用作形成微囊被膜的主要化合物或用作简单的添加剂，因此仅以极小的量存在。

[0077] 按照一个优选实施方案，至少一个形成微囊被膜的化合物是磷脂，并且任选地是与任何其它上述提到的成膜材料的混合物形式。按照本发明的描述，术语磷脂意在包含任何两性磷脂化合物，其分子能够在最终的微泡悬浮液中的气 - 液边界界面形成稳定材料膜（一般是单分子层的形式）。据此，这些材料在本领域内也称作“成膜磷脂”。

[0078] 两性磷脂化合物一般含有至少一个磷酸基和至少一个、优选两个亲脂长链碳氢基团。

[0079] 合适磷脂的实例包括甘油和一个或优选两个（等同或不同）脂肪酸残基的酯以及甘油和磷酸的酯，其中磷酸残基又与亲水基团结合，例如胆碱（磷脂酰胆碱 -PC）、丝氨酸（磷脂酰丝氨酸 -PS）、甘油（磷脂酰甘油 -PG）、乙醇胺（磷脂酰乙醇胺 -PE）、纤维醇（磷脂酰纤维醇）等基团。磷脂与脂肪酸的仅仅一个残基的酯在本领域内通常称作磷脂的“溶血”形式。存在于磷脂中的脂肪酸残基通常是长链脂族酸，一般含有 12-24 个、优选 14-22 个碳原子；脂族链可含有一个或多个不饱和基团，或者优选地完全饱和基团。包括在磷脂中的合适脂肪酸的实例有，例如月桂酸、肉豆蔻酸、棕榈酸、硬脂酸、花生四烯酸、山嵛酸、油酸、亚油酸和亚麻酸。优选的是采用例如肉豆蔻酸、棕榈酸、硬脂酸和花生四烯酸之类的饱和脂肪酸。

[0080] 磷脂的进一步实例是磷脂酸，即甘油 - 磷脂酸和脂肪酸的二酯；鞘脂类例如鞘磷脂，即甘油二酯与脂肪酸的残基被神经酰胺链取代的那些磷脂酰胆碱类似物；心磷脂，即 1,3- 二磷脂酰甘油与脂肪酸的酯；糖脂例如神经节苷脂 GM1 (或 GM2) 或脑苷脂类；糖脂；硫苷脂和糖鞘脂。

[0081] 正如此处所用的，术语磷脂包括能够单独使用或作为混合物使用的天然生成的、半合成或合成制备产物。

[0082] 天然生成的磷脂实例有，天然磷脂酰胆碱（磷脂酰胆碱 (PC) 衍生物）例如一般为大豆或蛋黄卵磷脂。

[0083] 半合成磷脂的实例有，天然生成的磷脂酰胆碱的部分或完全氢化衍生物。优选的磷脂是磷脂酰胆碱、乙基磷脂酰胆碱、磷脂酰甘油、磷脂酸、磷脂酰乙醇胺、磷脂酰丝氨酸或鞘磷脂的脂肪酸二酯。

[0084] 优选磷脂的实例如有二月桂酰基 - 磷脂酰胆碱 (DLPC)、二肉豆蔻酰基 - 磷脂酰胆碱 (DMPC)、二棕榈酰基 - 磷脂酰胆碱 (DPPC)、二花生四烯酰基 - 磷脂酰胆碱 (DAPC)、二硬脂酰基 - 磷脂酰胆碱 (DSPC)、二油酰基 - 磷脂酰胆碱 (DOPC)、1,2 二硬脂酰基 -sn- 甘油 -3- 乙基胆碱磷酸 (乙基 -DSPC)、双十五酰 - 磷脂酰胆碱 (DPDPC)、1- 肉豆蔻酰 -2- 棕榈酰 - 磷脂酰胆碱 (MPPC)、1- 棕榈酰 -2- 肉豆蔻酰 - 磷脂酰胆碱 (PMPC)、1- 棕榈酰 -2- 硬脂酰 - 磷脂酰胆碱 (PSPC)、1- 硬脂酰 -2- 棕榈酰 - 磷脂酰胆碱 (SPPC)、1- 棕榈酰 -2- 油基磷脂酰胆碱 (POPC)、1- 油基 -2- 棕榈酰 - 磷脂酰胆碱 (OPPC)、二月桂酰 - 磷脂酰胆碱 (DLPC) 及其碱金属盐、二花生四烯酰基磷脂酰甘油 (DLPG) 及其碱金属盐、二肉豆蔻酰基磷脂酰甘油 (DMPG) 及其碱金属盐、二棕榈酰基磷脂酰甘油 (DPPG) 及其碱金属盐、二硬脂酰基磷脂酰甘油 (DSPG) 及其碱金属盐、二油酰基 - 磷脂酰甘油 (DOPG) 及其碱金属盐、二肉豆蔻酰基磷脂酸 (DMPA) 及其碱金属盐、二棕榈酰基磷脂酸 (DPPA) 及其碱金属盐、二硬脂酰基磷脂酸 (DSPA)、二花生四烯酰基磷脂酸 (DAPA) 及其碱金属盐、二肉豆蔻酰基磷脂酰乙醇胺 (DMEC)、二棕榈酰基磷脂酰乙醇胺 (DPPE)、二硬脂酰基磷脂酰乙醇胺 (DSPE)、二油基磷脂

乙醇胺 (DOPE)、二花生四烯酰基磷脂酰乙醇胺 (DAPE)、二亚麻酰基磷脂酰乙醇胺 (DLPE)、二肉豆蔻酰基磷脂酰丝氨酸 (DMPS)、二花生四烯酰基磷脂酰丝氨酸 (DAPS)、二棕榈酰基磷脂酰丝氨酸 (DPPS)、二硬脂酰基磷脂酰丝氨酸 (DSPS)、二油酰基磷脂酰丝氨酸 (DOPS)、二棕榈酰基鞘磷脂 (DPSP) 和二硬脂酰基鞘磷脂 (DSSP)。

[0085] 术语磷脂进一步包括改性磷脂，例如亲水基又结合到另一亲水基上的磷脂。改性磷脂的实例有，用聚乙二醇 (PEG) 改性的磷脂酰乙醇胺，即亲水的乙醇胺部分连接到不同分子量（例如 300–5000 道尔顿）的 PEG 分子上的磷脂酰乙醇胺，例如具有 PEG 聚合物附着到其上的 DPPE–PEG 或 DSPE–PEG，即 DPPE (或 DSPE)。例如，DPPE–PEG2000 是指具有平均分子量约 2000 的 PEG 聚合物附着到其上的 DPPE。

[0086] 特别优选的磷脂是 DAPC、DSPC、DPPA、DSPA、DMPS、DPPS、DSPS 和乙基–DSPC。最优先的是 DAPC 或 DSPC。

[0087] 也可以采用磷脂混合物，例如 DPPC、DSPC 和 / 或 DAPC 与 DSPS、DPPS、DSPA、DPPA、DSPG、DPPG、乙基–DSPC 和 / 或乙基–DPPC 的混合物。

[0088] 在一些实施方案中，磷脂是微泡的主要成分，至少占形成充气微泡被膜的成分总量的 50% (w/w)。在一些优选实施方案中，基本上被膜全体（即至少为 90%，并且高达 100%，按重量计）都是由磷脂形成的。

[0089] 磷脂可便利地以与上述列出的任何两性化合物混合的形式来使用。由此，例如，磷脂（例如胆固醇、麦角固醇、植物甾醇、谷甾醇、羊膜甾醇、维生素 E、丙基五倍子酸酯或棕榈酸抗坏血酸酯）、脂肪酸例如肉豆蔻酸、棕榈酸、硬脂酸、花生四烯酸及其衍生物或者丁基化羟基甲苯和 / 或其它非磷脂化合物，可任选地加入到一种或多种上述磷脂中，所占的比例为 0–50%、优选高达 25% (按重量计)。特别优先的是棕榈酸。

[0090] 为了将所需的总净电荷赋予微泡，被膜应该包括携带总净电荷的至少一个组分，尤其是带电的两性材料，优先脂质或磷脂。

[0091] 携带总负电荷的磷脂实例是，磷脂酰丝氨酸的衍生物、尤其是它的脂肪酸二酯，例如 DMPS、DPPS、DSPS；磷脂酸的衍生物、尤其是它的脂肪酸二酯，例如 DMPA、DPPA、DSPA；磷脂酰甘油的衍生物、尤其是它的脂肪酸二酯，例如 DMPG、DPPG 和 DSPG。改性的磷脂、尤其是 PEG–改性的磷脂酰乙醇胺例如 DMPE–PEG2000、DMPE–PEG3000、DMPE–PEG4000、DPPE–PEG5000、DPPE–PEG2000、DPPE–PEG3000、DPPE–PEG4000、DPPE–PEG5000、DSPE–PEG2000、DSPE–PEG3000、DSPE–PEG4000、DSPE–PEG5000、DAPE–PEG2000、DAPE–PEG3000、DAPE–PEG4000 或 DAPE–PEG5000，也可用作带负电荷的分子。以上提到的磷脂的溶血形式例如溶血磷脂酰丝氨酸衍生物（例如溶血–DMPS、–DPPS 或 –DSPS）、溶血磷脂酸衍生物（例如溶血–DMPA、–DPPA 或 –DSPA）和溶血磷脂酰甘油衍生物（例如溶血–DMPG、–DPPG 或 –DSPG），也可有益地用作带负电荷的化合物。带负电荷的脂质的实例是胆汁酸盐例如胆酸盐、脱氧胆酸盐或甘氨胆酸盐；和 (C₁₂–C₂₄)、优选 (C₁₄–C₂₂) 脂肪酸盐例如棕榈酸盐、硬脂酸盐、1,2–二棕榈酰-sn-3–琥珀酰甘油盐或 1,3–二棕榈酰-2–琥珀酰甘油盐。

[0092] 优先地，带负电荷的化合物选自以下物质：DPPA、DPPS、DSPG、DSPE–PEG2000、DSPE–PEG5000 或这些物质的混合物。

[0093] 带负电荷的组分一般与相应的正抗衡离子相结合，所述抗衡离子可以是单–(例

如碱金属或氨)、二-(例如碱土金属)或三-价(例如铝)。抗衡离子优选选自于碱金属阳离子,例如 Li^+ 、 Na^+ 或 K^+ ,更优选 Na^+ 。

[0094] 携带总正电荷的磷脂实例是,乙基磷脂酰胆碱的衍生物,尤其是乙基磷脂酰胆碱与脂肪酸的酯,例如 1,2-二硬脂酰-sn-甘油基-3-乙基胆碱磷酸(乙基-DSPC 或 DSEPC)、1,2-二棕榈酰-sn-甘油基-3-乙基胆碱磷酸(乙基-DPPC 或 DPEPC)。负抗衡离子优选卤族离子,尤其 是氯或溴。带正电荷的脂质实例有,包括至少一个(C_{10} - C_{20})、优选(C_{14} - C_{18})烷基链、具有卤族抗衡离子(例如氯或溴)的烷基铵盐,例如硬脂酰氯化铵、十六烷基氯化铵、二甲基双十八烷基溴化铵(DDAB)、十六烷基三甲基溴化铵(CTAB)。带正电荷的脂质的进一步实例有,包括一个或优选两个通过(C_3 - C_6)亚烷基桥连接到N原子上的(C_{10} - C_{20})、优选(C_{14} - C_{18})酰基链、具有卤族抗衡离子(例如氯或溴)的三价或四价铵盐,例如 1,2-二硬脂酰-3-三甲基氨基丙烷(DSTAP)、1,2-二棕榈酰-3-三甲基氨基丙烷(DPTAP)、1,2-油酰-3-三甲基氨基丙烷(DOTAP)、1,2-二硬脂酰-3-二甲基氨基丙烷(DSDAP)。

[0095] 优选将DSEPC、DPEPC和/或DSTAP用作微囊被膜中的带正电荷的化合物。

[0096] 带正电荷的组分一般与相应的负抗衡离子相结合,所述负抗衡离子可以是单-(例如卤素)、二-(例如硫酸盐)或三-价(例如磷酸盐)。抗衡离子优选选自于卤素离子,例如 F^- (氟)、 Cl^- (氯)或 Br^- (溴)。

[0097] 为了与MAC发生有效的静电相互作用,微囊被膜中的带电化合物的总量应该至少为形成所述被膜的材料总量的1%(按摩尔计),优选至少为5%,甚至更优选至少为10%。在微囊和MAC的一些优选组合中,已经观察到,带电化合物在微囊被膜中的量至少为20%、优选至少为40%时,能够使相当高量的MAC结合到所述微囊中。虽然在一些实施方案中,微囊的全体被膜可由带电化合物形成,但是已经观察到,有益的是,至少可将微量的中性化合物加入到形成所述被膜的配方中。优选地,带电组分的总量由此等于或低于形成微囊被膜的组分总量的约95%(按摩尔计),更优选等于或低于90%,并且下至等于或低于80%的特别优选的量。

[0098] 中性及带电磷脂和/或带电脂质的混合物,能够令人满意地用来形成本发明组件的微囊。优选地采用两种或多种脂质或磷脂的混合物,其中至少一种带有中性电荷,至少一种带有总净电荷。更优选的是,采用两种或更多种脂质或磷脂的混合物,其中至少一种是中性的,至少一种带有正电荷,以便获得具有总正电荷的微囊。带电脂质或磷脂的量占脂质和磷脂总量的约95%-约1%(按摩尔计),优选为80%-20%(按摩尔计)。

[0099] 中性磷脂和带电脂质或磷脂的优选混合物是,例如DPPG/DSPC、DSTAP/DAPC、DPPS/DSPC、DPPS/DAPC、DSPA/DAPC、DSPA/DSPC和DSPG/DSPC。

[0100] 其它赋性剂或添加剂可存在于干配方中,或者与用于重组的含水载体一起加入,而不必包括(或仅部分包括)在微囊的稳定被膜形成中。这些包括pH调节剂、渗透压调剂剂、增粘剂、乳化剂、填充剂等,并且可以常规量来使用。例如,可采用类似于聚丙二醇和聚乙二醇的化合物以及它们的共聚物。增粘剂或稳定剂的实例是选自以下物质的化合物:线性及交联的多-和寡-糖、蔗糖、类似于聚乙二醇的亲水性聚合物。

[0101] 由于充气微囊的制备可包括冻干或喷雾干燥步骤,因此有益的是,在配方中包括一种或多种具有冷冻保护和/或冻干保护作用的试剂和/或一种或多种填充剂,例如氨基酸例如氨基乙酸;碳水化合物,例如糖(例如蔗糖、甘露醇、麦芽糖、海藻糖、葡萄糖、乳糖或

环糊精),或者多糖(例如葡聚糖);或聚二元醇(例如聚乙二醇)。

[0102] 可用于本发明组件的微泡能够按照本领域内任何公知的方法来生产。一般,制造方法包括含有如上所述的两性材料的干粉末状材料的制备,优选地通过对包括所述材料的含水或有机悬浮液进行冻干(冷冻干燥)来制备。

[0103] 例如,如 W091/15244 中所述,成膜两性化合物首先利用任何脂质体形成方法转化成层状形式。例如,包含成膜脂质并且任选地包括其它添加剂(例如增粘剂、非成膜表面活性剂、电介质等)的水溶液可接受高速机械匀化或者在声频或超声频率下接受声处理,然后冻干形成游离的可流动的粉末,然后将粉末在气体的存在下贮存起来。在冻干之前可实施任选的洗涤步骤(如 US 5,597,549 中所公开的)。

[0104] 按照一个替换型实施方案(例如在上述的 US 5,597,549 中有所描述),成膜化合物及亲水性稳定剂(例如聚乙二醇、聚乙烯吡咯烷酮、聚乙烯醇、乙二醇酸、苹果酸或麦芽糖醇)能够溶解在有机溶剂中(例如叔丁醇、2-甲基-2-丁醇或 C₂C₁₄F₂),然后将该溶液冻干形成干粉。

[0105] 或者是,如以上提到的 W004/069284 中所公开的,磷脂(选自于以上提到的那些,并包括以上鉴定的带电磷脂中的至少一种)和冻干保护剂(例如前面列出的那些,尤其是碳水化合物、糖醇、聚乙二醇以及这些物质的混合物)可分散在具有水不混溶的有机溶剂(例如支链或直链烷烃、烯烃、环烷烃、芳香烃、烷基醚、酮、卤化烃、全氟化烃或这些物质的混合物)的水乳液中。然后将如此获得的含有被磷脂材料(并任选地被其它两性成膜化合物)包围和稳定的溶剂微滴的乳液,按照常规技术进行冻干,从而获得冻干材料,然后将冻干材料贮存起来(例如在合适气体的存在下贮存在瓶中),并可与含水载体重组,从而最终获得充气微泡悬浮液。

[0106] 制备充气微泡的进一步工艺包括如下制备气体微泡分散体:在所需气体的存在下使包含磷脂(以及任选地包括其它两性成膜化合物和/或添加剂)的含水介质接受受控的高搅拌能量(例如借助于转子定子混合器),并将所获得的分散体冻干,从而产生干燥的重组产品。此工艺的一个实例如在 W097/29782 中给出,该文献在此处作为参考并入本文。

[0107] 喷雾干燥技术(如 US 5,605,673 中所公开的)也可用来获得含有本发明组件的微囊的干燥粉末。

[0108] 用以上任一技术获得的干燥或冻干产品通常是粉末或饼状形式的,并与所需气体接触(例如在瓶内)贮存。产品在合适的含水液态载体(是生理上可接受的、无菌的并且可注射的)内容易重组,从而形成充气微囊。合适的液态载体是水、含水溶液例如盐水(它有益的是平衡的,从而最终的注射产品不是低渗的),或一种或多种张力调节物(例如盐或糖、糖醇、乙二醇或其它非离子多羟基化合物材料(例如葡萄糖、蔗糖、山梨糖醇、甘露醇、乙二醇、聚乙二醇、丙二醇等)的溶液。

[0109] 微球

[0110] 适用于按照本发明组件的其它充气微囊在本领域内被称作“微球”。通常,这些充气微囊具有材料被膜,被膜的厚度大于微泡稳定膜-被膜的厚度。根据形成所述被膜的材料(它可以是例如聚合的、蛋白质的、水不溶性的脂质、或者这些形式的任意组合),所述厚度通常为至少 50nm,一般为至少 100nm,甚至高达几百纳米(例如 300nm)。

[0111] 在对超声的声响应方面,微球通常也不同于微泡。虽然微泡的超声行为事实上更

接近于“游离”气泡的行为,但是微球(可能是因为更高的被膜硬度)在低水平的声压能量(例如在约0.1的机械指数)辐射时通常反应极差(在所反射的回声信号的强度方面)。

[0112] 可用于制备本发明组件的微球实例优选是具有聚合被膜(优选包括可生物降解的聚合物)或基于可生物降解的水不溶性脂质的被膜(例如US 5,711,933和US 6,333,021中描述的那些,这些文献在此作为参考全部并入本文)的微球。也可采用具有蛋白质被膜的微球,即用例如US-A-4,276,885或EP-A-0 324 938中描述的那些天然蛋白质(白蛋白、血红蛋白)制成的被膜。

[0113] 形成可注射微球被膜的聚合物优选是亲水性、可生物降解的生理上相容的聚合物。这些聚合物(可以是天然的或合成的)的实例是基本上不溶的多糖(例如脱乙酰壳多糖或壳质)、聚氰基丙烯酸酯、聚交酯和聚乙交酯以及它们的共聚物、交酯和内酯(例如 γ -己内酯或 δ -戊内酯)的共聚物、环氧乙烷和交酯的共聚物、聚乙烯亚胺、多肽和蛋白质(例如明胶、胶原、球蛋白或白蛋白)。在上述US 5,711,933中提到的其它合适的聚合物包括聚-(原)酯、聚乳酸和聚乙醇酸以及它们的共聚物(例如DEXON[®]、Davis & Geck, Montreal, Canada);聚(DL-交酯-co- γ -己内酯)、聚(DL-交酯-co- δ -戊内酯)、聚(DL-交酯-co- γ -丁内酯)、聚烷基氰基丙烯酸酯;聚酰胺、聚羟基丁酯;聚二噁酮;聚- β -氨基酮;聚磷腈;和聚酐。也可采用聚氨基酸(例如聚谷氨酸和聚天冬氨酸)以及它们的衍生物,例如与低级醇或二醇的部分酯。还可采用与其它氨基酸(例如蛋氨酸、亮氨酸、缬氨酸、脯氨酸、甘氨酸、丙氨酸等)的共聚物。也可采用具有受控的生物降解性的聚谷氨酸和聚天冬氨酸的衍生物(例如W087/03891、US4,888,398或EP 130935中描述的那些,这些文献在此作为参考全部并入本文)。这些聚合物(以及与其它氨基酸的共聚物)具有如下类型的分子式:(NH-CHA-CO)_w-(NH-CHX-CO)_y,其中X代表氨基酸残基的侧链(例如甲基、异丙基、异丁基或苄基);A是以下分子式基团:-(CH₂)_nCOOR¹R²-OCOR、-(CH₂)_nCOO-CHR¹COOR、-(CH₂)_nCO(NH-CHX-CO)_mNH-CH(COOH)-(CH₂)_pCOOH,或者它们的相应酸酐,其中R¹和R²代表H或低级烷基,R代表烷基或芳基;或者R和R¹由取代或未取代的连接成员连接在一起,从而提供5-或6-元环;n、m和p是不超过5的小整数;以及w和y是为了具有不低于5000的分子量而选择的整数。

[0114] 非生物降解的聚合物(例如用于制备在消化道使用的微球)可选自于最不溶于水的生理上可接受的生物抗性聚合物,包括聚烯烃(聚苯乙烯)、丙烯酸类树脂(聚丙烯酸酯、聚丙烯腈)、聚酯(聚碳酸酯)、聚氨酯、聚脲和它们的共聚物。ABS(丙烯酰基-丁二烯-苯乙烯)是优选的共聚物。

[0115] 用于形成本发明组件的微球的可生物降解的水不溶性脂质包括:例如固态水不溶性单-、二-、三-甘油酯、脂肪酸、脂肪酸酯、甾醇例如胆固醇、石蜡以及它们的混合物。单-、二-、三-甘油酯主要包括单-、二-、三-月桂精化合物以及相应的-肉豆蔻酸酯、-棕榈酸酯、-硬脂酸酯、-花生四烯酸酯和-山嵛酸酯衍生物。特别有用的是单-、二-、三-肉豆蔻酸酯、-棕榈酸酯、-硬脂酸酯以及混合的三甘油酯例如二棕榈一油酸三甘油酯;三棕榈酸甘油酯和三硬脂酸甘油酯是优选的。脂肪酸包括具有12个碳原子或更多碳原子的固态(在室温下,约18-25°C)脂肪酸(优选是饱和的),包括例如月桂酸、花生四烯酸、山嵛酸、棕榈酸、硬脂酸、癸二酸、肉豆蔻酸、蜡酸、蜂花酸和芥酸以及它们的脂肪酸酯。优选地,脂肪酸和它们的酯用于和其它甘油酯进行混合。

[0116] 畜醇优选地用于和其它甘油酯和 / 或脂肪酸进行混合，并选自于：胆固醇、植物甾醇、羊毛甾醇、麦角甾醇等以及甾醇与上述脂肪酸的酯；然而，胆固醇是优选的。

[0117] 优选的可生物降解的脂质是三甘油酯例如三棕榈精、三硬脂精或上述三甘油酯的混合物。

[0118] 任选地，高达 70%（按重量计）的可生物降解的聚合物（例如前面提到的那些），可与形成微球被膜的可生物降解的水不溶性脂质混合在一起。有益的是，也可采用离子聚合物（即其结构中携带离子部分的聚合物）、优选可生物降解的离子聚合物，以形成微球的稳定被膜，由此将所需的总净电荷赋予其上。离子聚合物可用作稳定被膜的主成分，或者以不同的量（例如 2-80%，按重量计）与非离子聚合物进行混合。合适的离子聚合物是例如包括季铵化氮原子的聚合物（例如季铵化胺），或包括羧基、硫酸根、磺酸根或磷酸根部分的聚合物。合适的离子聚合物的实例包括（不限于）聚氮丙啶、聚（二烯丙基二甲基氯化铵）、聚{双(2-氯乙基)醚-*alt*-1,3-双[3-(二甲基氨)丙基]脲}季铵化 (Polyquaternium[®]-2)、聚(4-乙烯基吡啶三溴化物)、羟乙基纤维素乙氧基化物季铵化 (Polyquaternium[®]-4)、聚(p-二甲苯四氢噻吩氯化物)、聚(L-赖氨酸)、壳质、二乙烯氨乙基葡聚糖、聚(丙烯酸)、聚(甲基丙烯酸)、聚(苯乙烯-*alt*-马来酸)、聚(氨基酸)、褐藻酸、聚(尿苷酸)、透明质酸即聚(β -葡萄糖醛酸-*alt*- β -N-乙酰葡萄糖胺 (clucosamide))、聚(半乳糖醛酸)、聚(乙酸乙烯酯-*co*-巴豆酸)、DNA、聚(3,3'4,4'-二苯甲酮四酸二酐-*co*-4,4'-氧联二苯胺)、聚(异戊二烯-*graft*-马来酸单甲基酯)、谷氨酸 (glutamic acid) 和烷基谷氨酸的共聚物、肝素、聚(苯乙烯磺酸酯)、磺化聚(异邻苯二甲酸)、聚(乙烯基磺酸酯、钾盐)、聚(乙烯基硫酸酯、钾盐)、硫酸软骨素 A、葡聚糖硫酸盐、岩藻依聚糖、聚磷酸、磷酸钠、聚乙烯基磷酸钠、聚-L-lisine 氢溴化物、聚氨基葡糖、聚氨基葡糖硫酸酯、褐藻酸钠、褐藻酸以及木素磺酸盐。

[0119] 常规添加剂也可并入微球被膜内，以改进其物理特性例如分散性、弹性和水渗透性。尤其是，将有效量的两性材料加入到为生产所述微球而制备的乳剂中，以便增大其稳定性。所述材料可有益地在本说明书前面提到的那些两性化合物（例如脂质、磷脂和改性磷脂）中选择。

[0120] 所加入的两性材料有益地是携带总净电荷的化合物。优选的带电脂质、磷脂和改性磷脂是前面提到的那些。

[0121] 为了与 MAC 发生有效的静电相互作用，微球被膜中带电添加剂的总量应该至少为形成所述被膜的材料总量的 1%（按摩尔计）。然而，带电组分的总量优选低于形成微球被膜的材料总量的 70%（按摩尔计）。带电化合物的量优选是 2% -40%。

[0122] 其它赋性剂或添加剂、尤其是用于制备微球的赋性剂和添加剂（例如再分散剂或增粘剂），可并入被膜内。

[0123] 含有微球的可生物降解的聚合物可按照例如 US 5,711,933 中公开的工艺来制备，该文献在此处引入作为参考，此工艺包括 (a) 将疏水性有机相乳化到水相，以便获得所述疏水相液滴作为所述水相中的水包油乳剂；(b) 将不溶于水相的挥发性溶剂中的至少一种聚合物溶液加入到所述乳剂中，从而所述聚合物形成围绕所述液滴的一个层；(c) 蒸发所述挥发性溶剂，以便聚合物通过围绕液滴的界面沉淀而发生沉积，液滴然后形成具有由

所述聚合物膜包裹的所述疏水相核心的珠,所述珠悬浮在所述水相中;(d)通过使所述悬浮液承受减小的压力进行蒸发而除去所述包裹的疏水相;以及(e)用合适的气体代替所述包裹的疏水相。

[0124] 含有微球的可生物降解的脂质能够按照例如 US 6,333,021 中公开的工艺来制备(该文献在此处引入作为参考),即分散溶解在水相载体中的有机溶剂内的微囊被膜的一种或多种固态组分的混合物。乳剂水相可含有有效量的用来稳定乳剂的两性材料。

[0125] 一定量的再分散剂和 / 或防冻剂或冻干保护剂(例如前面提到的那些)然后在 -30°C 以下冷冻之前,加入到水相中的有机溶液微滴乳剂中。任何常规的再分散剂都可采用;选自以下物质的再分散剂是优选的:糖、白蛋白、明胶、聚乙烯吡咯烷酮(PVP)、聚乙二醇(PVA)、聚乙二醇(PEG)和环氧乙烷-环氧丙烷嵌段共聚物(例如 Pluronic® 或 Synperonic®)或者它们的混合物。当微囊是非凝聚的、干燥和立即分散的粉末形式时,为了避免颗粒凝聚而加入的再分散剂尤其有用。

[0126] 冷冻乳剂然后承受减小的压力,以便有效地冻干,即通过将有机溶剂从载体相液滴和水中升华出来而去除,然后使冷冻-干燥产品与干燥气体接触。

[0127] 生物相容的气体

[0128] 任何生物相容的气体、气体前体或它们的混合物都可用来填充上述微囊,气体是根据所选形态选择的。

[0129] 气体包括例如空气;氮气;氧气;二氧化碳;氢气;一氧化二氮;惰性气体例如氦、氩、氪或氖;放射性气体例如 Xe^{133} 或 Kr^{81} ;超极化惰性气体例如超极化氦、超极化氩或超极化氖;低分子量烃(例如含有高达 7 个碳原子),例如:烷烃(例如甲烷、乙烷、丙烷、丁烷、异丁烷、戊烷或异戊烷)、环烷烃(例如环丁烷或环戊烷)、烯烃(例如丙烯、丁烯或异丁烯)或炔烃(例如乙炔);醚;酮;酯;卤化气体,优选氟化气体,例如卤化、氟化或全氟化低分子量烃(例如含有高达 7 个碳原子);或任意这些前述物质的混合物。当使用卤化烃时,优选所述化合物中的至少一些、更优选所有卤素原子是氟原子。

[0130] 氟化气体是优选的,尤其是全氟化气体,特别是在超声成像领域中。氟化气体包括含有至少一个氟原子的材料,例如氟化烃(含有一个或多个碳原子和氟的有机化合物);六氟化硫;氟化、优选全氟化酮例如全氟化丙酮;和氟化、优选全氟化醚例如全氟化乙醚。优选化合物是全氟化气体,例如 SF_6 或全氟化碳(全氟化烃),即所有氢原子都被氟原子取代的烃,已知是为了形成特别稳定的微泡悬浮液,如 EP 0554 213 中公开的,该文献在此作为参考并入本文。

[0131] 术语全氟碳包括饱和的、不饱和的以及环化全氟碳。生物相容的生理上可接受的全氟碳的实例是:全氟烷烃,例如全氟甲烷、全氟乙烷、全氟丙烷、全氟丁烷(例如全氟-n-丁烷,任选地是与其它异构体例如全氟-异丁烷的混合物形式)、全氟戊烷、全氟己烷或全氟庚烷;全氟烯烃,例如全氟丙烯、全氟丁烯(全氟丁-2-烯)或者全氟丁二烯;全氟炔烃(例如全氟丁-2-炔);以及全氟环烷烃(例如全氟环丁烷、全氟甲基环丁烷、全氟二甲基环丁烷、全氟三甲基环丁烷、全氟环戊烷、全氟甲基环戊烷、全氟二甲基环戊烷、全氟环己烷、全氟甲基环己烷和全氟环庚烷)。优选的饱和全氟碳具有以下分子式: C_nF_{n+2} ,其中 n 为 1-12,优选 2-10,更优选 3-8,甚至更优选 3-6。合适的全氟碳包括例如 CF_4 、 C_2F_6 、 C_3F_8 、 C_4F_8 、

C_4F_{10} 、 C_5F_{12} 、 C_6F_{12} 、 C_6F_{14} 、 C_7F_{14} 、 C_7F_{16} 、 C_8F_{18} 和 C_9F_{20} 。

[0132] 特别优选的气体是 SF_6 或者选自以下物质的全氟碳： CF_4 、 C_2F_6 、 C_3F_8 、 C_4F_8 、 C_4F_{10} 或它们的混合物； SF_6 、 C_3F_8 或 C_4F_{10} 是特别优选的。

[0133] 还有益的是采用任何比例的任意上述气体的混合物。例如，混合物可包括常规气体（例如氮气、空气或二氧化碳）和形成稳定微泡悬浮液的气体（例如六氟化硫或如上所述的全氟碳）。合适气体混合物的实例如在 WO 94/09829 中发现，该文献在此作为参考并入本文。以下组合是特别优选的：气体 (A) 和 (B) 的混合物，其中气体 (B) 是氟化气体，优选选自 SF_6 、 CF_4 、 C_2F_6 、 C_3F_6 、 C_3F_8 、 C_4F_6 、 C_4F_8 、 C_4F_{10} 、 C_5F_{10} 、 C_5F_{12} 或它们的混合物，(A) 选自空气、氧气、氮气、二氧化碳或它们的混合物。气体 (B) 的量为混合物总量的 0.5% – 95%，优选约 5% – 80%。

[0134] 在某些环境中，期望包括气态物质的前体（即能够在体内转化成气体的材料）。优选地，气体的前体及其衍生的气体是生理上可接受的。气体的前体可以是 pH 激活的、光激活的、温度激活的等。例如，某些全氟碳可用作温度激活的气体前体。这些全氟碳（例如全氟戊烷和全氟己烷）具有室温（或者试剂制备或贮存温度）以上但体温以下的液态 / 气态转变温度；由此，它们发生液相 / 气相转变，并在人体内转变成气体。

[0135] 对于超声回波扫描术，生物相容气体或气体混合物优选地选自空气、氮气、二氧化碳、氦气、氖气、氩气、甲烷、卤化烃（包括氟化气体例如全氟碳和六氟化硫）或它们的混合物。有益的是，可采用全氟碳（特别是 C_4F_{10} 或 C_3F_8 ）或 SF_6 ，任选地是与空气或氮气的混合物形式。

[0136] 为了在 MRI 中使用组件，微囊优选包含超极化惰性气体例如超极化氘、超极化氦、超极化氙或它们的混合物，任选地是与空气、 CO_2 、氧气、氮气、氦气、氙气或如上所述的任何卤化烃的混合物形式。

[0137] 对于闪烁扫描术，按照本发明的微囊优选包含放射性气体例如 Xe^{133} 或 Kr^{81} 或它们的混合物、任选地是与空气、 CO_2 、氧气、氮气、氦气、氖或如上所述的任何卤化烃的混合物形式。

[0138] 微囊相结合组分 (MAC)

[0139] 与微囊相结合的组件的第二组分 (MAC) 可以是包括携带总净电荷的生物相容性表面活性剂的任何结构实体。特别是，所述结构实体优选是通过多个（优选两性）分子的联合而形成的超分子结构。在一些实施方案中，所述带电化合物与中性的其它表面活性剂和 / 或添加剂混合。根据组件的具体应用，MAC 还包括所需的靶向配体和 / 或诊断剂，并且任选地包括生物活性剂。适合制备按照本发明组件的 MAC 的生物相容性表面活性剂可选自前面列出的那些化合物，例如 (C_2 – C_{10}) 有机酸、包括 (C_{12} – C_{24})、优选 (C_{14} – C_{22}) 脂族链的有机脂肪酸、这些物质的药物可接受的（碱性）盐、以及与聚氧乙烯的相应酯，例如棕榈酸、硬脂酸、花生四烯酸、油酸、十二烷酸钠、草酸钠或酒石酸钠或聚氧乙烯脂肪酸硬脂酸盐；聚离子（碱性）盐，例如柠檬酸钠、聚丙烯酸钠、磷酸钠；有机胺、酰胺、四价铵（卤）盐，优选含有 (C_8 – C_{22}) 碳氢链，包括它的聚氧乙基化衍生物，例如乙醇胺、三乙醇胺、烷基胺、链烷醇酰胺、氯化三甲基烷基胺、聚氧乙基化烷基胺、聚氧乙基化链烷醇酰胺；氨基酸；磷脂，例如磷脂酰胆碱、乙基磷脂酰胆碱、磷脂酰甘油、磷脂酸、磷脂酰乙醇胺、磷脂酰丝氨酸或鞘磷脂的脂肪酸二酯；单 - 或寡 - 糖与 (C_{12} – C_{24})、优选 (C_{14} – C_{22}) 有机脂肪酸的酯，例如失水山梨糖醇

月桂酸酯；聚合表面活性剂，即包括疏水性和亲水性部分的嵌段共聚物，例如环氧乙烷 / 环氧丙烷的嵌段共聚物；有机磺酸酯，例如碱性（例如钠）(C₁₂–C₂₄) 烷基、优选 (C₁₄–C₂₂) 烷基磺酸盐；全氟有机酸，例如全氟辛酸；以及这些物质的混合物。优选化合物是前面列在微泡的合适组分中的那些中性或带电两性材料，包括脂质、磷脂和改性磷脂。优选的 MAC 是胶束形式的。

[0140] MAC 的制备可按照常规技术来实现，例如将形成 MAC 的相关组分分散在含水载体中并任选地洗涤所获得的悬浮液，以便除去过量材料。

[0141] 所述第二组分优选是纳米组分，即它们的相对尺寸约 300nm 或更小，优选约 200nm 或更小，更优选约 100nm 或更小，例如 50nm 或更小。MAC 的尺寸、尤其是其按个数计的平均直径，可按照常规技术（例如光子相干谱）来测定。例如，可采用 ZetaSizer 3000Hsa (Malvern Instruments GmbH)。MAC 的尺寸优选至少 0.1nm，更优选 1nm。

[0142] 优选地，MAC 具有比 MAC 相结合的微囊的平均尺寸至少小 10 倍或更小，更优选的是至少小 50 倍或更小的平均尺寸。所述的平均尺寸通常不低于 1000 倍，优选不低于 500 倍。

[0143] 正如所理解的，由于 MAC 比充气微囊的尺寸小得多，因此可将相当大量的 MAC 联合到微囊上。由此，就使组件结合更多的靶向部分和 / 或增大并入其内的可释放治疗剂或诊断剂的量而言，增加了组件的效力。此外，MAC 的所述相当小的尺寸允许获得可与微囊尺寸类似的尺寸的组件。事实上优选的是，按照本发明组件的按个数计的平均直径不高于在装配之前测定的微囊的平均直径的 30%，更优选的是不高于 20%，甚至更优选的是不高于 10%。

[0144] 在本发明的一些实施方案中，带电材料可形成基本上 MAC 全体，即 90% 或更多（按摩尔计）。在一些其它实施方案中，优选的是，形成所述 MAC 结构的带电分子不代表形成所述结构的化合物全体，由此与一定量的中性化合物混合。所述带电分子由此代表小于形成所述 MAC 的材料总量的 90%（按摩尔计）。另一方面，申请人已经观察到，MAC 中的带电分子的量优选至少是形成所述被膜的材料总量的 0.5%（按摩尔计），以便与带电微囊有效作用。优选地，所述量至少为 1%，更优选至少为 2%（按摩尔计）。在本发明的一些优选实施方案中，形成 MAC 结构的带电分子的量优选约 50% 或更低，更优选约 20% 或更低。

[0145] 胶束

[0146] 如前所述，与本发明组件中的微囊相结合的优选组分是胶束。如本文所用的术语“胶束”，包括胶束和混合胶束，在此处，术语混合胶束是指由两种或更多种不同化合物的混合物形成的胶束结构，其中至少一种化合物是能够形成胶束结构的两性化合物。术语混合胶束由此在其含义内也包括由至少一种化合物（优选两性化合物）形成的胶束，该化合物在此如此分散到含水载体中时不能形成胶束结构，但是在与适量的胶束形成两性化合物结合使用时能够形成所述结构。混合胶束的实例是由未改性磷脂（在作为单一材料分散到含水载体中时通常不能形成胶束）和胶束形成化合物（例如，PEG 改性的磷脂或脂肪酸盐）形成的胶束。正如本领域内公知的，当两性分子的浓度超过被称作 CMC（临界胶束浓度）的预定值时，分散在水中的两性分子就形成胶束。在低于 CMC 的浓度，分子通常作为单一分子分散在水溶液中。在 CMC 之上，两性分子倾向于在超分子结构中有机化，从而与溶液中的游离分子平衡，所述超分子结构的特征是，分子的疏水性（脂质）尾部向结构的内部定位，而分子的亲水性（极性或离子）头部位于结构的外部上。两性分子的 CMC 可以利用本领域内的

技术标准在实验上测定。例如，表面活性剂的 CMC 是通过将特性作为表面活性剂的浓度函数作图而确定的。该特性经常随着表面活性剂浓度的增大（高达 CMC）而呈线性变化，并且在此浓度之后，曲线（或特性）变成非线性的。能够用于确定 CMC 的合适特性包括折射系数、光散射、表面张力、电导率、渗透压等。为了本发明的目的，优选的胶束形成材料是具有相当低 CMC（例如约 10mM 或更低）的那些材料。

[0147] 胶束一般有约 0.1nm- 约 100nm，优选的是约 1nm- 约 50nm 的尺寸。按个数计的平均直径 (D_n) 为约 50nm 或更小，优选约 20nm 或更小，甚至更优选 10nm 或更小，甚至下至例如 1nm，优选约 2nm。

[0148] 有关胶束、胶束系统及其制备方法的综述可以在例如以下参考书中找到：“药物传送中的表面活性剂和聚合物”（“Surfactants and Polymers in Drug Delivery”，by M. Malmsten, Ch. 2, pp. 19–50, Marcel Dekker Inc. Ed., 2002）。

[0149] 可用于形成与本发明组件中的微囊相结合的胶束的合适材料可选自前面列出的脂质和磷脂材料。

[0150] 胶束形成化合物的实例是 PEG 改性的磷脂，具体包括 PEG 改性的磷脂酰乙醇胺，例如 DMPE-PEG2000、DMPE-PEG3000、DMPE-PEG4000、DPPE-PEG5000、DPPE-PEG2000、DPPE-PEG3000、DPPE-PEG4000、DPPE-PEG5000、DSPE-PEG2000、DSPE-PEG3000、DSPE-PEG4000、DSPE-PEG5000、DAPE-PEG2000、DAPE-PEG3000、DAPE-PEG4000 或 DAPE-PEG5000；包括至少一个 (C_{10} - C_{20})、优选 (C_{14} - C_{18}) 烷基链的烷基铵盐，例如硬脂酰氯化铵、十六烷基氯化铵、二甲基双十八烷基溴化铵 (DDAB)、十六烷基三甲基溴化铵 (CTAB)；包括一个或优选两个通过 (C_3 - C_6) 亚烷基桥连接到 N 原子上的 (C_{10} - C_{20})、优选 (C_{14} - C_{18}) 酰基链的三价或四价铵盐，例如 1,2- 二硬脂酰 -3- 三甲基氨 -丙烷 (DSTAP)、1,2- 二棕榈酰 -3- 三甲基氨 -丙烷 (DPTAP)、1,2- 二油酰 -3- 三甲基氨 -丙烷 (DOTAP)、1,2- 二硬脂酰 -3- 二甲基氨 -丙烷 (DSDAP)；脂肪酸盐，优选碱性的，特别是钠盐，例如棕榈酸钠、硬脂酸钠、油酸钠、亚油酸钠、十二酸钠、1,2- 二棕榈酰 -sn-3- 琥珀酰甘油钠盐或 1,3- 二棕榈酰 -2- 琥珀酰甘油钠盐。

[0151] 其内包括疏水性部分和亲水性部分的聚合物（也称作“聚合表面活性剂”）也可用来制备胶束悬浮液。合适的聚合表面活性剂的实例包括但不限于聚环氧乙烷 (PEO)、例如 (C_8 - C_{16})_n- 烷基 PEO 单醚、(C_8 - C_{10})_n- 烷基苯基 PEO、四甲基丁苯基 PEO、PEO 聚山梨酸酯、这些 PEO 在出售时的商品名为 Brij®、cLubrol®、Triton®、Nonidet® 或 Tween®；嵌段共聚物例如环氧乙烷 / 环氧丙烷嵌段共聚物（例如 Pluronic® 或 Synperonic®），优选具有约 3000-20000 道尔顿的 MW，更优选 5000-15000 道尔顿的 MW；糖衍生物，例如 (C_6 - C_{10})_n 烷基 -β-D- 吡喃葡萄糖苷、(C_8 - C_{12})_n 烷基 -β-D- 麦芽糖苷；(C_8 - C_{16}) 烷基二甲基氨基丙烷 - 磺酸盐；和胆汁酸及其衍生物，例如胆酸钠或脱氧胆酸钠。

[0152] 用于制备包括在本发明组件中的胶束的另外的脂质包括例如未改性的磷脂，例如前面提到的磷脂酰胆碱、乙基磷脂酰胆碱、磷脂酰甘油、磷脂酸、磷脂酰乙醇胺、磷脂酰丝氨酸或鞘磷脂的脂肪酸二酯。

[0153] 由于这些未改性的磷脂在分散到含水载体中时通常不能形成胶束结构（因为这些化合物在分散到水溶液中时倾向于作为脂质体来联合），因此所述未改性的磷脂优选以

与前面提到的任何胶束形成化合物的混合物形式来使用。尤其是，它们的量应该优选为小于形成胶束结构的化合物的混合物总重量的约 80%，更优选约 70% 或更小。按照一个优选实施方案，胶束组分是用包括约 30% -70%、优选约 40% -60%（按重量计）未改性磷脂的混合物形成的。混合物的剩余物可以是以上提到的任何胶束形成表面活性剂。

[0154] 所需的总净电荷由前面提到的任何带负电荷或正电荷的化合物（尤其是脂质或磷脂，包括改性磷脂）赋予胶束。

[0155] 由此，适合将总负电荷赋予胶束的磷脂实例是磷脂酰丝氨酸衍生物，例如 DMPS、DPPS、DSPS；磷脂酸衍生物，例如 DMPA、DPPA、DSPA；磷脂酰甘油衍生物，例如 DMPG、DPPG 和 DSPG。也可有益地采用改性磷脂，尤其是 PEG 改性的磷脂酰乙醇胺，例如 DMPE-PEG750、-PEG1000、-PEG2000、-PEG3000 或 -PEG5000；DPPE-PEG750、-PEG1000、PEG2000、-PEG3000 或 -PEG5000；DSPE-PEG750、-PEG1000、PEG2000、-PEG3000 或 -PEG5000；DAPE-PEG750、-PEG1000、PEG2000、-PEG3000 或 -PEG5000；和上述磷脂的相应溶血形式，例如溶血磷脂酰丝氨酸衍生物、溶血磷脂酸衍生物（例如溶血-DMPA、-DPPA 或 -DSPA）和溶血磷脂酰甘油衍生物（例如溶血-DMPG、-DPPG 或 -DSPG）。带负电荷磷脂的实例是胆汁酸盐例如胆酸盐、脱氧胆酸盐或甘氨胆酸盐；和脂肪酸例如棕榈酸盐、硬脂酸盐、1,2-二棕榈酰-sn-3-琥珀酰甘油盐或 1,3-二棕榈酰-2-琥珀酰甘油盐。

[0156] 优选地，带负电荷的化合物选自 DPPA、DPPS、DSPG、DSPE-PEG2000、DSPE-PEG5000 或它们的混合物。

[0157] 带负电荷的组分一般与相应的正抗衡离子相结合，所述抗衡离子可以是单-（例如碱金属）、二-（例如碱土金属）或三-价（例如铝）。

[0158] 抗衡离子优选地选自碱金属阳离子例如 Li^+ 、 Na^+ 或 K^+ ，更优选 Na^+ 。

[0159] 适合将总正电荷电荷赋予胶束的磷脂实例是磷脂酰胆碱的酯，例如 1,2-二硬脂酰-sn-甘油基-3-乙基胆碱磷酸（乙基-DSPC）、1,2-二棕榈酰-sn-甘油基-3-乙基胆碱磷酸（乙基-DPPC）。负抗衡离子优选卤族离子，尤其是氯或溴。带正电荷的脂质实例有，包括至少一个（ $\text{C}_{10}-\text{C}_{20}$ ）、优选（ $\text{C}_{14}-\text{C}_{18}$ ）烷基链的烷基铵盐，或包括一个或优选两个通过（ C_3-C_6 ）亚烷基桥连接到 N 原子上的（ $\text{C}_{10}-\text{C}_{20}$ ）、优选（ $\text{C}_{14}-\text{C}_{18}$ ）酰基链的三价或四价铵盐，例如前面列出的那些。

[0160] 优选将乙基-DPPC、乙基-DSPC、DSTAP 或它们的混合物用作带正电荷的化合物。

[0161] 带正电荷的组分一般与相应的正抗衡离子相结合，所述抗衡离子可以是单-（例如卤素）、二-（例如硫酸盐）或三-价（例如磷酸盐）。抗衡离子优选选自卤素离子，例如 F^- （氟）、 Cl^- （氯）或 Br^- （溴）。

[0162] 而且，例如在前面微球形成材料部分中列出的那些离子聚合物可有益地用来形成具有总（负或正）净电荷的胶束。

[0163] 如上所述，带电分子在一些实施方案中有益地与中性两性化合物例如前面列出的那些两性化合物（包括中性磷脂）混合，以形成所需的胶束结构。与上述带电化合物混合的优选中性化合物是聚合表面活性剂，例如环氧乙烷-环氧丙烷嵌段共聚物例如 Pluronic F68、Pluronic F108、Pluronic F-127（Sigma Aldrich, Missouri, USA）；聚氧乙基化烷基醚例如 Brij[®] 78（Sigma Aldrich, Missouri, USA）；聚氧乙烯脂肪酸酯例如

Myrj[®] 53 或 Myrj[®] 59 (Sigma Aldrich, Missouri, USA) ; 聚氧乙烯山梨醇脂肪酸酯例如 Tween[®] 60 (Sigma Aldrich, Missouri, USA) ; 聚乙二醇叔 - 辛苯基醚例如 Triton[®] X-100 (Sigma Aldrich, Missouri, USA) ; 十二烷基硫酸钠 (SDS)。按照本发明的一个实施方案, 胶束是用带电两性化合物与中性磷脂以及一种或多种上述中性化合物的混合物形成的。

[0164] 在本发明的一些优选实施方案中, 带电表面活性剂的这个量形成基本上胶束全体(即胶束形成材料总重量的至少 80%, 优选至少 90%, 更优选 100%)。在一些其它优选实施方案中, 尤其是当形成胶束的至少一种化合物是未改性磷脂时, 形成胶束的带电表面活性剂的总量优选约 1% - 80%, 更优选 2% - 50%。

[0165] 胶束如本领域所公知的那样是通过将上述化合物分散在含水液态载体中并任选地搅拌该混合物而制备的。合适液态载体的实例是水、盐水溶液 (0.9% 的氯化钠)、磷酸缓冲盐水 (10mM, pH7.4)、HEPES 缓冲液 (20mM, pH7.4)、5% w/w 的葡萄糖水溶液。例如, 以上化合物可以约 1-100mg/ml 的浓度分散在含水液体中并借助于搅拌或超声进行溶解。

[0166] 胶束然后在与含有微囊的悬浮液混合或 (如说明书的后面所详细解释的) 分散到制备微囊的含水有机乳剂中之前, 作为含水分散体 (例如在用于其制备的含水载体中) 贮存起来。或者是, 微囊悬浮液按照常规技术冻干, 以便消除液体并贮存最终的冻干产品, 以便之后使用。

[0167] 脂质体

[0168] 作为 MAC 与按照本发明组件的微囊相结合的其它超分子结构是脂质体。术语脂质体包括基本上为球形的包括脂质化合物的两性化合物凝聚体, 一般是一个或多个同心层形式。它们一般是在含水悬浮液中形成的, 并包含至少一个两性化合物双层。形成双层的外层的两性化合物的亲水头部指向球形结构的外部, 而形成双层的内层的两性化合物的亲水头部指向所述球形结构的内部。脂质体的球形结构的内部通常填充有相同的含水悬浮液的液体, 其任选地含有不存在于 (或存在的量较少) 外部含水悬浮液中的附加化合物。

[0169] 用于制备脂质体的优选材料是磷脂, 例如前面列出的那些, 其任选地是与前面列出的任何其它两性化合物的混合物形式。

[0170] 用作按照本发明组件中的 MAC 的优选脂质体是小单层囊泡 (SUV) 脂质体。

[0171] 例如, 可如下获得脂质体 (例如多层囊泡 MLV- 脂质体) : 将磷脂溶解在有机溶剂中, 然后在真空下蒸发该有机溶剂, 从而获得磷脂膜, 最后在高于磷脂转变温度的温度下将该膜水合。

[0172] SUV 脂质体可按照常规技术来形成, 例如通过适当处理 MLV (多层大囊泡) 悬浮液、例如通过超声、挤出或微流化。如上所述获得的 MLV 由此暴露到超声辐射中, 从而获得所需的 SUV 脂质体。或者是, MLV 可通过具有孔径渐减 (例如 1.0、0.8、0.6、0.4 和 0.2 μm) 的多个膜 (例如聚碳酸酯膜) 挤出, 然后通过具有更小孔径的挤出机 (例如 LIPEX Biomembranes[®], Canada), 从而获得最终的 SUV。另一种替换的 SUV 制备工艺是, MLV 可以在微流化机 (例如来自 Microfluidics Corporation) 中于高压下进行匀化, 以便将脂质体尺寸减小到约 100nm 或更小, 这取决于脂质体在微流化机中再循环的量。SUV 的这些及其它制备方法例如公开在参考书“脂质体, 一种实践方法” (“Liposomes, a practical

approach”, Roger R. C. New 编辑, 牛津大学出版社, 1989) 中。

[0173] SUV 脂质体的尺寸一般为约 25nm- 约 100nm, 优选约 30nm- 约 100nm。按数目计的平均直径可在约 30nm-60nm, 优选约 30- 约 50nm 之间变化。

[0174] 脂质体及其制备方法的综述也在上面提到的参考书中给出, 即“药物传送中的表面活性以及聚合物”(“Surfactants and Polymers in Drug Delivery”, M. Malmsten 著, 第 4 章, 第 87-131 页, Marcel Dekker Inc. Ed., 2002)。

[0175] 作为 MAC 与本发明组件中的微囊相结合的其它结构包括胶体纳米颗粒, 例如胶体金纳米颗粒。这些纳米颗粒一般通过如下步骤获得: 将合适的分散剂加入到包括基本上不溶的固态纳米颗粒的水溶液中, 由此形成胶体纳米颗粒的含水悬浮液 (即用分散剂包被的固态纳米颗粒)。例如, 通过将具有柠檬酸钠的金纳米颗粒 (具有约 2-50nm 的直径) 分散到水溶液中, 而获得胶体金纳米颗粒 (参见例如 Grabar, “金胶体单层的制备和表征 (Preparation and Characterization of Au colloid monolayers)”, 分析化学, 第 67 卷, 第 735 页, 1995)。

[0176] 与充气微囊相结合的胶体金纳米颗粒可用来在微囊分裂 (例如由受控的高能超声辐射所诱发) 时增大在所选组织中的渗透深度。由此, 包括胶体金纳米颗粒的组件例如能够与包括生物活性剂的其它 MAC 相结合, 以便增大所述生物活性剂在所选组织内的渗透深度, 由此提高疗效。

[0177] 其它 MAC 可以用固态聚合纳米颗粒形成。这些固态聚合纳米颗粒是用前面有关充气微球的制备部分中列出的任意聚合材料形成的, 因此包括可生物降解的生理上可接受的聚合物, 例如基本上水不溶的多糖 (例如脱乙酰壳多糖或壳质)、聚氰基丙烯酸酯、聚交酯和聚乙交脂以及它们的共聚物、交酯和内酯 (例如 γ -己内酯或 δ -戊内酯) 的共聚物、环氧乙烷和交酯的共聚物、聚乙烯亚胺、多肽和蛋白质 (例如明胶、胶原、球蛋白或白蛋白)。其它合适的聚合物是在上述 US5,711,933 中提到的那些聚合物以及前面列出的那些聚合物。也可采用非生物降解的聚合物, 尤其是水不溶的生理上可接受的生物耐受性聚合物, 并且优选以与任何以上生物降解聚合物的混合物形式来使用。

[0178] 所述聚合物可以是例如聚烯烃 (例如聚苯乙烯)、丙烯酸树脂 (例如聚丙烯腈的聚丙烯酸酯)、聚酯 (例如聚碳酸酯)、聚氨酯、聚脲以及它们的共聚物。ABS (丙烯酰 - 丁二烯 - 苯乙烯) 是优选的共聚物。

[0179] 靶向配体和生物活性 / 诊断剂

[0180] 包括在 MAC 中的靶向配体可以是合成、半合成或天然生成的。可用作靶向配体的材料或物质包括例如 (但不限于): 蛋白质, 包括抗体、抗体片段、受体分子、受体结合分子、糖蛋白和植物凝集素; 肽, 包括寡肽和多肽; 肽模拟物; 糖, 包括单糖和多糖; 维生素; 类固醇、类固醇类似物、激素、辅因子、生物活性剂和遗传材料, 包括核苷、核苷酸和多核苷酸。

[0181] 合适的靶物和靶向配体的实例如公开在 US 6,139,819 中, 该文献作为参考在此并入本文。

[0182] 靶向配体本身可以是与包括在 MAC 最终结构中的 MAC 组合物的其它组分混合的化合物, 或者是结合到用于 MAC 形成的两性化合物上的化合物。

[0183] 在一个优选实施方案中, 靶向配体可以通过共价键结合到 MAC 的两性分子上。在这样的情况下, 需要存在于两性分子上的特异性反应部分将取决于结合到其上的特定靶向

配体。例如,如果靶向配体可通过氨基连接到两性分子上,那么两性分子的合适反应性部分可以是异硫氰基(将形成硫脲键)、活性酯(用于形成酰胺键)、醛基(用于形成被还原为烷基胺键的亚胺键)等;如果靶向配体可通过硫羟基连接到两性分子上,那么两性分子的合适互补反应部分包括卤乙酰基衍生物或马来酰亚胺(用于形成硫醚键);以及如果靶向配体可通过羧基连接到两性分子上,那么两性分子的合适反应部分可能是胺和酰肼(用于形成酰胺或烷基酰胺键)。为了共价结合所需的靶向配体,形成 MAC 的至少部分两性化合物由此应该含有合适的反应部分,并且含有互补官能部分的靶向配体将按照公知技术,例如通过将其加入到包括 MAC 的两性组分的含水分散体中而连接到其上。两性化合物可以在制备 MAC 之前与所需的靶向配体合并,如此获得的组合可用于 MAC 的制备工艺中。或者是,靶向配体在 MAC 的制备工艺过程中可连接到各自的两性化合物上,或者可直接连接到已经在胶束结构中的两性化合物上。

[0184] 按照一个替换型实施方案,靶向配体也可以经由物理和 / 或静电相互作用适当联合到 MAC 上。例如,对互补部分具有高亲和力和选择性的官能部分可以引入到两性分子中,而互补部分将连接到靶向配体上。

[0185] 例如,亲和素(或链霉亲和素)部分(对生物素具有高亲和力)可共价连接到磷脂上,而互补的生物素部分可以并入合适的靶向配体(例如肽或抗体)中。生物素标记的靶向配体由此将借助于亲和素 - 生物素偶合系统联合到 MAC 的亲和素标记的磷脂上。或者是,磷脂和靶向配体都配有生物素部分,然后借助于亲和素(是能够桥接这两个生物素部分的双官能组分)彼此偶合。磷脂和肽的生物素 / 亲和素偶合实例也公开在上述 US 6,139,819 中。或者是,范德华作用、静电相互作用及其它相关方法可以将靶向配体联合或结合到两性分子上。

[0186] 按照一个替换型实施方案,靶向配体可以是与形成 MAC 的组分混合以便最终并入 MAC 结构的化合物,例如国际专利申请 WO 98/18501 或 99/55383 中公开的肽,这两篇文献作为参考在此并入本文。

[0187] 或者是,首先制备 MAC,其包括具有能够与靶向配体的相应互补部分作用的合适部分的化合物;此后,将所需的靶向配体加入到 MAC 悬浮液中,以便结合到 MAC 上的相应互补部分上。另一替换形式是,可制备组件,其包括具有能够与靶向配体的相应互补部分相互作用的合适部分的化合物的 MAC;此后,将所需的靶向配体加入到组件悬浮液中,以便结合到 MAC 的相应部分上。

[0188] 组件所指向的合适特异性靶物实例是例如纤维蛋白和激活血小板上的 GPIbIIa 结合受体。纤维蛋白和血小板事实上通常以“血栓”的形式存在,即可以在血流中形成并导致血管阻塞的凝固物。合适的结合肽例如公开在上述 US 6,139,819 中。专门靶向纤维蛋白的其它结合肽例如公开在国际专利申请 WO 02/055544 中,该文献作为参考在此并入本文。

[0189] 重要靶物的其它实例包括易致病斑中的受体和肿瘤特异性受体,例如激酶活动域(KDR)和 VEGF(血管内皮生长因子)/KDR 复合物。

[0190] 适用于 KDR 或 VEGF/KDR 复合物的结合肽例如公开在国际专利申请 WO03/74005 或 WO 03/084574 中,这两篇文献作为参考在此并入本文。

[0191] 并入本发明组件的 MAC 中或与其相结合的诊断剂可以是使与诊断技术有关的成像增强的任何化合物、组合物或颗粒,所述诊断技术包括磁共振成像、X- 射线(尤其是计算

机化 X 线断层照相术)、光学成像、核成像或分子成像。合适诊断剂的实例如是磁铁矿纳米颗粒、碘化化合物(例如 Iomeprol[®])或顺磁离子复合物(例如疏水钆复合物)。

[0192] 例如,磁铁矿纳米颗粒能够与例如前面提到的那些带负电荷的两性材料(以及任选地还有中性材料)混合,以便稳定所述颗粒并保持其分散在含水溶液中。US 5,545,395(该文献作为参考在此引入本文)给出制备所述稳定化磁铁矿颗粒的一些实例,例如通过采用用于稳定所述颗粒的 DPPA 和 Pluronic[®] 的混合物。或者是,钆复合物可与适当的胶束形成化合物(例如欧洲专利 EP 804 251 中公开的那些,该文献作为参考在此引入本文)混合,以形成含有钆的 MAC。

[0193] 本发明的组件还可包括含有生物活性剂、与其相结合的组分。所述组分可含有如上定义的靶向配体和 / 或诊断剂,或者是包括生物活性剂的单独组分。可任选地包括在本发明组件的 MAC 中的生物活性剂包括能够用于病人的任何病理状态(包括疾病、痛苦、疾病伤害或损伤)治疗(包括包括诊断、抑制、缓解、减轻疼痛或治愈)的任何化合物或材料。生物活性剂的实例是前面列出的那些。在这些物质中,药物或药品是优选的,尤其是包括基本上是疏水的或者含有基本上疏水的相关部分的有机分子(一般是合成分子)的那些药物。这些分子事实上可相当容易地并入 MAC 的结构中,尤其是胶束的结构中,因为它们与形成 MAC 的两性材料的亲脂(或疏水)部分具有亲和力。例如,有机分子能够分散在含有形成 MAC、尤其是胶束的两性材料的含水载体中,在此处其通过亲和掺入到 MAC 的疏水部分中。或者是,亲水药物或有机分子也可并入 MAC,尤其是在后者是脂质体形式的时候。在这种情况下,所述亲水化合物优选地包含在脂质体的内部含水部分中。

[0194] 可并入或联合到 MAC 结构上的药物实例是例如上述 WO 99/53963 中提到的那些,因此包括抗癌剂例如长春新碱、长春花碱、长春地辛、白消安、瘤可宁、螺铂、顺铂、碳铂、甲氨蝶呤、阿霉素、丝裂霉素、争光霉素、阿糖胞苷、阿拉伯糖腺嘌呤、巯嘌呤、氯苯二氯乙烷、丙卡巴肼、放线菌素 D、(antinomycin D)、柔红霉素、盐酸阿霉素、紫杉酚、光辉霉素、氨鲁米特、癌腺治、氟他胺、亮丙瑞林、醋酸甲地孕酮、他莫西芬、去氢睾酮内酯、曲洛司坦、安吖啶(m-AMSA)、门冬酰胺酶(Lasparagiase)、表鬼臼毒素吡喃葡萄糖苷、干扰素 a-2a 和 2b、血液产品例如血卟啉或前述物质的衍生物;生物反应调节剂例如胞壁酰肽;抗真菌剂例如酮康唑、制霉菌素、灰黄霉素、氟胞嘧啶、咪康唑或两性霉素 B;激素或激素类似物例如生长激素、促黑激素、雌二醇、双丙酸倍氯米松、倍他米松、醋酸可的松、地塞米松、氟尼缩松、氢化可的松、甲强龙、醋酸帕拉米松、氢化泼尼松、泼尼松、曲安西龙或醋酸氟氢可的松;维生素例如维生素 B12 或维生素 A;酶例如碱性磷酸酶或超氧化锰岐化酶;抗过敏剂例如 amelexanox;抗凝剂例如华法令、苯丙香豆素或肝素;抗血栓剂;循环药物例如普奈洛尔;代谢增强剂例如谷胱甘肽;抗结核药例如 p-氨基水杨酸、异烟肼、硫酸卷曲霉素、cycloserine、乙胺丁醇、乙硫异烟肼、呲嗪酰胺、利复平或硫酸链霉素;抗病毒剂例如阿昔洛韦、金刚烷胺、叠氮胸苷、利巴韦林或阿糖腺苷;血管扩张剂例如地尔硫卓、硝苯地平、异博定、四硝赤醇、硝酸异山梨酯、硝酸甘油或硝酸戊四醇酯;抗生素例如氨苯砜、氯霉素、新霉素、头孢克罗、头孢羟氨苄、先锋霉素 IV、头孢拉定、红霉素、氟林肯霉素、林可霉素、阿莫西林、氨苄青霉素、巴氨西林、羧苄西林、双氯西林、环西林、picloxacillin、表缩酮氨苄青霉素、二甲氧基苯青霉素、乙氧奈胺青霉素、青霉素或四环素;消炎药例如氟苯水杨酸、布洛

芬、吲哚美辛、meclefenamate、甲芬那酸、萘普生、保泰松、炎痛喜康、托美汀、乙酰水杨酸或水杨酸盐；抗原虫剂例如氯喹、甲硝唑、奎宁或锑酸葡萄糖；抗类风湿药例如青霉胺；麻醉药例如复方樟脑酊；鸦片类例如可待因、吗啡或阿片；强心苷例如西地兰、洋地黄毒苷、地高辛、洋地黄苷或洋地黄；神经肌肉阻断剂例如甲磺酸阿曲库铵、加拉碘胺、溴化己烯胺、碘二甲箭毒、溴化潘可朗宁、氯化琥珀酰胆碱、氯化筒箭毒碱或维库溴胺；镇静剂例如阿米妥、阿米妥钠、阿鲁赖特、仲丁比妥钠、水合氯醛、乙氯戊炔醇、炔己蚁胺、盐酸氟西洋、导眠能、盐酸甲氧异丁嗪、诺卢达、盐酸咪达唑仑、副醛、戊巴比妥、司可巴比妥钠、塔布布妥、替马西洋或三唑仑；局部麻醉剂例如左布比卡因、氯普鲁卡因、依替卡因、利多卡因、甲哌卡因、普鲁卡因或丁卡因；全身麻醉剂例如氟哌利多、依托咪脂、具有氟哌利多的枸橼酸芬太尼、盐酸氯胺酮、美索比妥钠或硫喷妥以及药物可接受的盐（例如，例如盐酸或氢溴酸类的酸加成盐，或者例如钠、钙或镁盐之类的碱盐）或其衍生物（例如醋酸盐）；和放射性化学物质例如包括 α -、 β - 或 γ - 发射剂例如 ^{177}Lu 、 ^{90}Y 或 ^{131}I 。

[0195] 尤其重要的是抗血栓剂例如肝素和具有肝素样活性的药剂，例如抗凝血酶 III、双肽肝素和依诺肝素；血小板凝集抑制剂例如噻氯匹定、乙酰水杨酸、双嘧达莫、伊洛前列素和阿昔单抗；以及溶栓酶例如链激酶和纤维蛋白溶解酶原激活素。生物活性剂的其它实例包括遗传材料例如核酸、天然或合成来源的 RNA 和 DNA（包括重组 RNA 和 DNA）。

[0196] 正如以上专利中提到的，编码某些蛋白质的 DNA 可用于治疗许多不同种类的疾病。例如可提供肿瘤坏死因子或白介素 -2 以治疗晚期癌症；胸苷激酶治疗卵巢癌或脑肿瘤；白介素 -2 治疗成神经细胞瘤、恶性黑色素瘤或肾癌；以及白介素 -4 可治疗癌症。

[0197] 组件

[0198] 为了评估本发明组件的相对组成，申请人已经发现，微囊和 MAC 中的带电化合物的量（表示为“电荷当量”）和微囊及组件悬浮液的 ζ - 电势是有用的。

[0199] 术语“电荷当量”(EC)，表示每摩尔所述化合物的电荷数。由此，一摩尔一价离子化合物含有一个 EC，一摩尔二价离子化合物含有 2 个 EC 等。

[0200] ζ - 电势（零电势），也称作动电势，是胶体颗粒相对于长距离的块介质电势的电势。按照常规的微型电穿孔分析方法、例如通过利用激光 - 多普勒 - 风力测定法测定驱动电场中的颗粒速度，来测定 ζ - 电势。例如，可有益地采用 ZetaSizer 3000Hsa (Malvern Instrument GmbH)。实践中，首先测定微囊的初始悬浮液的 ζ - 电势，该电势可具有正值或负值，这取决于微囊是含有带正电荷的化合物还是含有带负电荷的化合物。然后，测定含有组件的最终悬浮液的 ζ - 电势（即，在用于去除可能的未结合 MAC 的必需洗涤步骤之后）。通常，与微囊符号相反的 MAC 的加入，决定悬浮液的 ζ - 电势绝对值或多或少地减小。

[0201] 具体地说，包括带正电荷的微囊的悬浮液将显示在加入带负电荷的 MAC 悬浮液后 ζ - 电势减小，而包括带负电荷的微囊的悬浮液将显示，在加入带正电荷的 MAC 悬浮液后 ζ - 电势相对增大（即绝对值减小）。正如申请人所观察的，优选的组件是显示绝对值相对于初始微囊悬浮液的 ζ - 电势明显减小，即至少减小所述初始值的 50%，优选至少 75%，更优选至少 90% 的那些悬浮液。特别优选的组件悬浮液是显示基本上中性 ζ - 电势（即 $0 \pm 10\text{mV}$ ，对应于微囊悬浮液的初始电势绝对值约 100%）或符号与初始微囊悬浮液的 ζ - 电势相反的 ζ - 电势的那些悬浮液。正如申请人所观察的，当组件悬浮液的 ζ - 电势相对于初始微囊悬浮液的 ζ - 电势绝对值不超过 50% 时，这表示没有足够数目的 MAC 联合

到微囊上。

[0202] 按照一个优选实施方案,组件中的带电 MAC 的量如此将基本上中性的 ζ - 电势赋予所述组件,或者将符号与微囊的 ζ - 电势相反的 ζ - 电势赋予组件。正如申请人所观察的,为了获得所述中性或符号与组件的 ζ - 电势相反的 ζ - 电势,组件不必包含来自 MAC 的过量电荷当量。事实上,已经观察到,包括正微囊和负 MAC 并具有约 1 : 5(即,微囊上的正电荷过量 5 倍)的、MAC 的 EC 与微囊中相反电荷当量之比的组件,仍然显示基本上中性或负的 ζ - 电势。虽然不希望界定于任何具体的理论,但是猜测,包括在 MAC 中的(负)电荷位于组件的外表面上;如果与微囊相结合的 MAC 的数目足够高,那么微囊上过量的(正)相反电荷可导致至少部分被所述 MAC 掩蔽。由此,因为在颗粒上测定的 ζ - 电势受存在于所述颗粒外边界上的电荷的强烈影响,所以,如果带(负)电荷的 MAC 的量足以部分掩蔽微囊的(正)电荷的话,甚至具有派生于微囊的过量电荷(正)当量的组件也可显示负 ζ - 电势。以上所有内容当然也可应用于由带负电荷的微囊和带正电荷的 MAC 形成的组件。

[0203] 通常,在组件的最终悬浮液中微囊上的 EC 与 MAC 上的电荷 EC 之比,可以在约 10 : 1- 约 1 : 10 之间变化。按照一个优选实施方案,在所形成的组件中微囊 /MAC 的 EC 之比优选约 3 : 1 或更小,更优选约 2 : 1 或更小,甚至更优选约 3 : 2 或更小。根据形成微囊和 MAC 的带电化合物的量,所述比例当然更低,例如约 1 : 1,并且下至例如约 1 : 4 或更小。

[0204] 鉴于 MAC 的尺寸相当小,因此组件的尺寸(按数目计的平均直径)一般为约 10 μm 或更低,并且通常为约 1 μm 或更高。按照本发明组件的优选尺寸是约 1 μm - 约 8 μm ,更优选约 2 μm - 约 5 μm 。

[0205] 按照本发明的另一实施方案,多层组件可通过使具有交替电荷的充气微囊与多层组分相结合而形成。由此,例如,有可能使具有正电荷的第一层组分(例如胶束)与带负电荷的微囊相结合;然后可以使具有负电荷的第二层组分(例如还是胶束或者脂质体)与此组件相结合等等。虽然第一层组分与微囊的联合导致 ζ - 电势的绝对值(相对于在单一微囊悬浮液上测定的 ζ - 电势)减小,但是第二层组分(具有与第一组分相反的电荷)的进一步联合将导致 ζ - 电势再次向更接近于单一微囊悬浮液的值变化。

[0206] 按照第一种制备方法,可通过将包括微囊的含水悬浮液(按照以上提到的任何制造方法获得)与包括组件的第二组分的含水悬浮液(按照以上提到的任何制造方法获得)进行混合,而获得组件。

[0207] 任选地,如此获得的混合物可进行一个或多个洗涤步骤,以便除去过量的未联合组分。洗涤可通过利用合适的洗涤溶液(例如蒸馏水、磷酸盐缓冲盐水、Tris/甘油缓冲液、盐水或 5% 的葡萄糖溶液)、按照任何常规洗涤技术来实施。由此使包括本发明组件的被洗混合物相(通常是上层相)分开并收集起来;任选地,将回收的含有组件的悬浮液在使用之前,用例如以上提到的任何生理上可接受的载体进行最后稀释。

[0208] 包括本发明组件的悬浮液在形成之后可以贮存起来,以便随后施用,或者直接施用。如果需要的话,可去除悬浮液的液态载体(例如通过冻干),从而获得干粉形式的组件,组件在重组之前能够贮存相当长的时间(优选地是在适合重组之后形成充气微囊的气体的存在下)。

[0209] 或者是,组件的两个组分可作为干燥形式(例如冻干)的单独组分贮存,并在施用

之前重组为悬浮液。为了贮存，干燥组分优选地保持在与水重组之后将形成微囊的气体环境中。与含水液态载体的重组可单独发生在包括组件的各自组分的两个干燥组合物上，由此获得两个单独的悬浮液，随后将这两个悬浮液进行混合，从而获得所需的组件悬浮液。或者是，这两个干燥组合物可以混合在一起，然后与含水液态载体重组为一个悬浮液。在后一种情形中，组件的混合组分是在与含水液态载体重组之后将形成微囊的气体的存在下贮存的。按照一个优选实施方案，干燥的 MAC 组合物首先与生理上可接受的含水载体重组，所获得的悬浮液然后用于重组干燥的微囊组合物，从而最终获得组件悬浮液。

[0210] 以上任何制备方法也可用于制备如上所述的多层组件，即首先将带电充气微囊与具有相反电荷的第一组分混合，然后将所形成的组件与具有与微囊相同电荷的第二组分混合。

[0211] 为了用两个单独的微囊和 MAC 制剂制备组件，有益的是，相对于最终组件中所需的 MAC 的相对量加入过量的 MAC，这具体是因为一定量的所述 MAC 可以在组件悬浮液的任选洗涤步骤过程中去除。通常，优选的是，用于制备 MAC 的组合物中的 EC 量至少基本上等于用于制备微囊的组合物中的 EC(即 EC 之比为大约 1 : 1)。优选地，所述 EC 之比大约为 2 : 1 或更高，更优选至少大约 3 : 1 或更高，甚至高达例如 30 : 1。

[0212] 按照一个优选实施方案，将 MAC(特别是如上定义的胶束) 的含水悬浮液加入到包括磷脂和冻干保护剂、按照以上提到的 WO04/069284 中公开的方法制备的含水 / 有机乳剂中。在这种情况下，带电 MAC 将与包围乳剂微滴的两性材料的相反电荷层相结合。MAC 通常以这样的量加入：即，使 MAC 中的电荷当量与悬浮液微囊中的 EC 之比至少为大约 1 : 2 或更高，优选 2 : 3 或更高，甚至更优选至少 1 : 1 或更高，甚至高达例如 10 : 1。同样，MAC 的含水悬浮液可加入到气体微泡分散体中，所述分散体是通过在所需气体的存在下使包括磷脂（以及任选地还包括其它两性成膜化合物和 / 或添加剂）的含水介质承受受控的高搅拌能量而获得的（如前所述）。

[0213] 混合物的冷冻干燥使得所需组件成为冻干粉末，将该粉末与所需气体接触贮存，随后通过加入含水载体而重组为生理悬浮液。

[0214] 与贮存的冻干产品（组件、微囊和 / 或 MAC）接触的气体可存在于基本上为大气压（例如约 1020mbar+/-5%）或低于大气压的压力（例如 900mbar 或更低）下的贮存容器中，如欧洲专利申请 EP 1228770 中所公开的。

[0215] 冻干造影剂重组之后的可注射组合物，应该尽可能地与血液等渗。

[0216] 因此，在注射之前，少量的等渗剂也可以加入到包括本发明组件的悬浮液中。等渗剂是药物中通用的生理溶液，例如含水盐溶液（0.9% 的 NaCl）、2.6% 的甘油溶液或 5% 的葡萄糖溶液。含水悬浮液的重组通常是通过将气体贮存的干燥成膜表面活性剂简单溶解并平缓搅拌而获得的。

[0217] 重组液的体积和浓度可按需平衡，从而获得的备用药剂基本上等渗。因此，重组流体的体积和浓度的选择将取决于存在于冻干产品中的稳定剂（以及其他填充剂）的种类和用量。

[0218] 正如本领域技术人员所理解的，按照本发明的组件在制备用于不同目的的不同组件时具有相当大的灵活性。事实上，用于超声诊断 / 治疗方法的基本载体组分的结构（即微囊）无需进行任何具体修改，由此避免了所述组分稳定性方面的缺陷。这样的组分仅需要

在其被膜上具有总净电荷，而且通过利用通常用于形成所述被膜的常规材料可容易地获得该结果。事实上，微囊与 MAC 之间的静电相互作用使得两个组分之间有效联合，而无需修改微囊的结构。另一方面，组件的第二组分，即其稳定性对其组成的改变非常不敏感的组分，通过联合所需的靶向配体和 / 或生物活性化合物于其上，能够容易地适合组件所要求的具体目的。而且，由于 MAC 相对于微囊的尺寸相当小，因此可将相当多的 MAC 联合到每个微囊上，由此提高系统的效率。

[0219] 此外，组件的微囊可容易地与多种不同的纳米组分相结合，由此获得“多用途”或“混合物”组件。具体地说，带电微囊（例如带正电荷）的单一制剂可用作与任何所需类型的携带相反电荷（例如负电荷）的 MAC 相结合的载体。或者是，通过制备如前所述的多层组件（其中带相反电荷的不同组分是作为交替层围绕微囊设置的），也可获得多用途组件。与微囊相结合的不同 MAC 在其化学组成或超分子结构（例如胶束 - 脂质体）方面，以及在包含在其内的靶向配体、诊断剂和 / 或生物活性剂方面可以是不同的。有益的是，多用途组件将包含这些方面的任意组合。例如，微囊组分可与在其结构中包括至少一种靶向配体（能够连接到与病理状态或疾病有关的特定受体上）的第一纳米组分（例如胶束形式的）合并，以及与包括第二靶向配体或生物活性化合物（例如用于治疗所述病理状态或疾病的治疗化合物）的第二纳米组分（例如胶束形式或脂质体形式）合并。当采用包括“靶向配体携带组分”和“生物活性化合物携带组分”的组合的组件时，尤其是在制备“多层组件”时，携带靶向配体的组分作为最后组分优选单独与充气微囊相结合，以便使组件具有有效的靶向活性。多用途组件的一个实例如是这样的组件：该组件包括充气微囊、包括结合到肿瘤特异性受体上的胶束形式的第一组分和包括用于治疗肿瘤的放射性化学物质（结合到胶束形成化合物上或者并入脂质体内）的第二组分。

[0220] 本发明的组件由此可用于各种诊断和 / 或治疗方法。

[0221] 例如，包括具有合适靶向配体的 MAC 的组件可用来靶向特定器官或组织，然后，按照常规的超声成像技术对所述器官或组织有选择地进行成像，因为结合到所述器官或组织上的充气微囊使得成像增强。

[0222] 如果诊断剂（例如用于 MRI）也包括在组件中，那么可利用综合诊断技术。而且，如果生物活性剂包括在组件中（例如包括在脂质体中），那么通过应用能够损坏充气微囊的受控声功率，可促使所述生物活性剂超声介导释放在所选靶物（例如靶向配体结合在此处）上，这正如例如 WO 99/39738 中所公开的，该文献作为参考在此并入本文。

[0223] 当然，本发明的组件还可一起含有携带靶向配体或药物活性剂的组分和不含所述化合物、用于例如平衡组件的总电荷的组分。

[0224] 如前所述，还观察到，为了形成按照本发明的组件，组分、尤其是多个胶束与充气微囊的联合，将导致所述微囊的抗压性增强。例如，观察到，显示约 500mmHg 的 P_{c50} （即，使微囊群中的 50% 以上微囊损坏的临界压力）的微囊，当联合到不同种类的胶束上以形成本发明的组件时，可将 P_{c50} 值增大到至少 600mmHg，甚至高达约 800mmHg。

[0225] 试剂盒

[0226] 本发明另一方面涉及一种诊断试剂盒，该试剂盒包括本发明的组件或者其各自的单独组分，任选地还包括含水液态载体。

[0227] 按照第一实施方案，所述试剂盒是包括本发明的组件同时包括含水液态载体的二

组分试剂盒。所述二组分试剂盒能够包括两个单独的容器或双室容器。

[0228] 在前一种情形中,第一容器优选是常规的隔膜密封瓶,其中包含作为与所需气体接触的冻干残余物的组件(按照上述任何方法获得)的小瓶,用隔膜密封,载体液体可通过该隔膜进行注射,以便重组充气微囊/MAC组件悬浮液。载体液体包含在优选采取注射器形式的第二容器内。注射器优选地用重组悬浮液重新填充,并且随后通过注射用来施用造影剂。与所形成的组件不同的是,第一容器也可含有单独冻干的MAC和微囊组合物的混合物,进而在用含水载体重组之后将形成所需的组件。虽然通常手摇容器能够提供重组悬浮液所需的能量,但是可配备用于直接或允许将足够的能量用于容器的装置(例如Vortex混合器),以便确保组件悬浮液进行适当重组。双室容器优选是双室注射器,其中组分例如借助于可去除的隔膜保持隔离,并且一旦冻干物通过平缓摇动而发生重组,容器就可直接用于注射造影剂。与前面一样,可配备用于直接或允许将足够的能量用于容器的装置。

[0229] 本领域的普通技术人员应该理解的是,能够以无菌方式将干粉与含水溶液合并的其它二室重组系统也包括在本发明的范围内。在这些系统中,特别有益的是,如果将含水相置于水不溶性气体与环境之间,可以延长产品的有效期。

[0230] 按照另一实施方案,本发明的试剂盒是包括MAC组合物、微囊组合物并任选地包括含水载体的至少二组分试剂盒。

[0231] 这些优选地是作为至少两个单独容器存在的,第一个含有冻干微囊组合物(例如与所需气体接触),第二个含有所需的冻干MAC组合物(任选地与所需气体接触或者在真空下)。有益的是,试剂盒中可包括含有用于重组的含水载体的第三任选容器。如果需要的话,试剂盒中可包括含有其它冻干MAC组合物的附加容器。为了施用,MAC悬浮液首先在含水载体中重组,然后,所获得的悬浮液用于重组微囊组合物,由此形成所需的组件悬浮液。

[0232] 不需要特殊容器瓶或连接系统,本发明可采用常规容器、瓶或适配器。仅要求塞子与容器之间良好密封。因此,密封质量是首要的关注因素;密封完整性的任何退化都能够使不需要的物质进入瓶内。除了确保无菌之外,真空保持度对于在周围环境或减小的压力下塞好的产品也是至关重要的,以确保安全、合适的重组。形成容器气密封接的塞子材料优选是弹性化合物或基于弹性体(例如聚(异丁烯)或丁基橡胶)的多组分药剂。可便利地使用来自Daiko Seiko Ltd.的丁基橡胶塞。

具体实施方式

[0233] 实施例

[0234] 在这些实施例中用到以下材料:

- | | | |
|--------|------------|---------------------------------------|
| [0235] | PBS | 磷酸盐缓冲盐水:10mM的磷酸钠, |
| [0236] | | 0.9w/w NaCl, pH = 7.4 |
| [0237] | Tris 缓冲液 | Tris 缓冲盐水:10nM 的 Tris |
| [0238] | | (羟甲基)氨甲烷,0.9w/w NaCl, pH = 7.4 |
| [0239] | HEPES 缓冲液 | 4-(2-羟乙基)-1-哌嗪乙基磺酸(20mM) |
| [0240] | | 和 NaCl(150mM), pH = 7.4 |
| [0241] | Tris 甘油缓冲液 | Tris(羟甲基)氨甲烷 1g/l 和 0.3M 甘油, pH = 7.2 |
| [0242] | | |

[0243]	DI018 标记物	3,3' - 双十八烷基噁羧花青
[0244]		(Molecular Probes Inc., U.S.A.)
[0245]	Gd-DTPA-(SE) ₂	钆 - 二乙烯三胺五乙酸复合物的二硬脂
[0246]		酸酯 (按照以下文献制备 :G.W.Kabalka
[0247]		等人, Magnetic Resonance in Medicine
[0248]		8(1998), 89-95)
[0249]	DSPG	二硬脂酰磷脂酰甘油钠盐 (Genzyme) IUPAC :
[0250]		1,2- 二硬脂酰-sn- 甘油酰-3-[磷 -rac-(1- 甘
	油)]	
[0251]	DAPC	二花生四烯酰基磷脂酰胆碱 (Avanti polar Lipids)
[0252]		IUPAC :1,2- 二花生四烯酰-sn- 甘油酰-3- 胆碱
	磷酸	
[0253]	DSTAP	1,2- 二硬脂酰-3- 三甲基氨基 - 丙烷氯化物
	(Avanti	
[0254]		polar Lipids)
[0255]	DSPC	二硬脂酰磷脂酰胆碱 (Genzyme)
[0256]		IUPAC :1,2- 二硬脂酰-sn- 甘油酰-3- 胆碱磷酸
[0257]	DPPG	二棕榈酰磷脂酰甘油钠盐 (Genzyme)
[0258]		IUPAC :1,2- 二 棕 榴 酰-sn- 甘 油
	酰-3-[磷 -rac-(1- 甘	
[0259]		油)]
[0260]	DPPA	二棕榈酰磷脂酸钠盐 (Genzyme)
[0261]		IUPAC :1,2- 二棕榈酰-sn- 甘油酰-3- 磷酸盐
[0262]	DPPC	棕榈酰磷脂酰胆碱 (Genzyme)
[0263]		IUPAC :1,2- 二棕榈酰-sn- 甘油酰-3- 胆碱磷酸
[0264]	DSEPC	二硬脂酰乙基磷脂酰胆碱 (Avanti polar Lipids)
[0265]		IUPAC :1,2- 二硬脂酰-sn- 甘油酰-3- 乙基胆碱
	磷酸	
[0266]	NaDOC	脱氧胆酸钠 (Fluka)
[0267]	DSPE-PEG2000	用 PEG2000 改性的二硬脂酰磷脂酰乙醇胺
[0268]		钠盐 (Nektar Therapeutics)
[0269]	乙基 -SPC3	大豆乙基胆碱磷酸 : 乙基 -DSPC 和乙基 -
[0270]		DPPC 的 4:1(w/w) 混合物
[0271]	DPPE-cap- 生物素	1,2- 二棕榈酰-sn- 甘油酰-3- 磷酸乙醇胺 -
[0272]		N-(帽生物素基) 钠盐 (Avanti Polar Lipids)
[0273]	PEG4000	聚乙二醇, MW = 4000 (Fluka)
[0274]	Pluronic 68	氧乙烷 / 环氧丙烷嵌段共聚物 (Fluka)

[0275] C_4F_{10}

全氟丁烷

[0276] 微囊的尺寸和浓度利用库尔特计数 Multisizer (孔径 : $30\mu m$) 来测定。

[0277] 微囊悬浮液的 ζ -电势利用 1mM NaCl 中的 Malvern Zetasizer3000Hsa 来测定。

[0278] 胶束制剂的尺寸用 Malvern Zetasizer 3000Hsa 来测定。

[0279] 实施例 1

[0280] 带正电荷的微球的制备

[0281] 将三棕榈精 (60mg) 溶解在 40°C 的环己烷 (0.6ml) 中。将此有机相保持在 40°C，直到乳化为止。将 40mg 的乙基 -SPC3 (阳离子磷脂) 在 65°C 的 30ml 蒸馏水中分散 15 分钟，然后将分散体冷却到 40°C。

[0282] 利用 Polytron \textcircled{R} 均化器 PT3000 (10000 转, 1 分钟)，将有机相乳化在含水相中。

该乳剂然后用 5ml PVA (200mg, Mw = 9000, 来自 Aldrich) 的蒸馏水溶液进行稀释，随后冷却到 5°C，在 -45°C 冷冻 10 分钟，然后冻干 (0.2mbar, 24 小时)。

[0283] 在空气的存在下将冻干物重新分散在蒸馏水 (20ml) 中，利用磷酸盐缓冲盐水和最终的微球悬浮液 (20ml)，通过离心 (600g, 10 分钟) 将微球洗涤两次。此制剂的大小特征如下： $D_{v50} = 2.54\mu m$; $D_N = 1.57\mu m$ 。

[0284] 实施例 1a

[0285] 荧光标记的带正电荷的微球的制备

[0286] 通过在有机相中加入 5% (按重量计) (相对于三棕榈精的总量而言) 的亲脂荧光探针 DI018 以便荧光标记微球，而重复实施例 1。此制剂的大小特征如下： $D_{v50} = 2.38\mu m$; $D_N = 1.45\mu m$ 。

[0287] 实施例 2a-2e

[0288] 含有 DSTAP 的带正电荷的微泡的制备

[0289] 将 15mg DAPC 和阳离子脂质 DSTAP (参见表 1 中的相对比例) 的混合物以及 985mg PEG4000 溶解在 50°C 的叔 - 丁醇 (10ml) 中。溶液是在 10ml 的小瓶 (每个小瓶中有 50mg 的干物) 中取样的，然后在 Christ Epsilon 2-12DS 冷冻干燥器中冻干 (-30°C, 0.56mbar, 24 小时)。在额外干燥 (25°C, 0.1mbar, 5 小时) 之后，用弹性塞塞好小瓶，并用铝箔进行密封。

[0290] 将所获得的冻干物暴露于所需气体中 (50 : 50v/v 的 C_4F_{10}/N_2)，然后重新分散在 5ml PBS 缓冲液中，由此获得带正电荷的微泡悬浮液。

[0291] 悬浮微泡的大小特征在表 1 中列出。

[0292] 表 1 :含有 DSTAP 的微泡

[0293]

实施例	DAPC/DSTAP 摩尔比	D_v	D_N
2a	99 : 1	8.57	3.11
2b	95 : 5	8.64	1.73
2c	90 : 10	8.80	1.77

2d	80 : 20	9.22	1.82
2e	50 : 50	8.51	1.94

[0294] 实施例 3a-3c

[0295] 带负电荷的微泡的制备

[0296] 通过用相同总量 (15mg)、不同相对量 (如表 2 所示) 的 DPPG/DSPC 混合物取代 DAPC/DSTAP 混合物, 来重复实施例 2a-2e 的制备过程。悬浮微泡的大小特征在表 2 中列出。

[0297] 表 2 :含有 DPPG 的微泡

[0298]

实施例	DSPC/DPPG 摩尔比	D _v	D _N
3a	75 : 25	6.05	1.97
3b	50 : 50	12.97	1.97
3c	25 : 75	5.89	1.88

[0299] 实施例 4

[0300] 带正电荷的微泡的制备

[0301] 将 DSTAP(200mg) 在 80℃、100ml 含有 5.4% (w/w) 的丙二醇与甘油 (3 : 10w/w) 混合物的水中分散 5 分钟, 然后冷却到室温。

[0302] 将分散体转移到 C₄F₁₀ 大气下的反应器中, 并且以 20000 转 (Polytron PT3000) 匀化 10 分钟, 保持转子定子混合杆, 以使开口稍稍在液体表面之上。所获得的微泡用水、通过离心洗涤两次, 然后重新分散在 7.5% 的葡萄糖溶液中。

[0303] 悬浮液是在 10ml 的小瓶 (每个小瓶中有 2ml) 中取样的。将小瓶冷却到 -45℃, 并冻干 24 小时, 然后塞好、密封并保持在室温下。重新悬浮在蒸馏水中的微泡的大小特征如下 :D_v = 4.04 ;D_N = 1.75。

[0304] 实施例 5a-5d

[0305] 带负电荷的胶束的制备

[0306] 利用安装在 Branson 250 超声波降解器 (输出 :30%, 10 分钟) 上的 3mm 超声探针, 将 50mg 的 Gd-DTPA-(SE)₂ (含有痕量的放射性 ¹⁵³Gd) 和 10mg 的 NaDOC 分散在 5% 的含水葡萄糖 (10ml) 中, 从而获得阴离子胶束的含水悬浮液。通过将不同量的不同化合物分散在相同体积的葡萄糖水溶液中 (如下表 3 所示), 来重复相同的制备过程。

[0307] 表 3 :带负电荷的胶束

[0308]

实施例	Gd-DTPA-(SE) ₂ (mg)	NaDOC(mg)	DPPE-Cap- 生物素 (mg)	DPPA (mg)	Pluronic F68 (mg)
5a	50	10	-	-	-

5b	50	10	3.8		
5c	-	-	-	16	16
5d			2.5	16	16

[0309] 实施例 6a–6f

[0310] 含有 DPPA 的带负电荷的胶束的制备

[0311] 利用 3mm 的超声探针 (Branson 250 超声波降解器, 输出 30%, 10 分钟), 将不同量的阴离子磷脂 DPPA 和中性磷脂 DPPC(如表 4 所示) 与 16mg Pluronic F68 一起分散在 10ml 的 PBS 中。将少量的 DPPC-H³(对于 10ml 的最终悬浮液, 约 2.5 μ Ci) 作为放射性标记物加入到胶束制剂中。

[0312] 超声降解之后, 使溶液通过 0.2 μ m 的滤器 (Millipore) 进行过滤。在冷却到室温之后, 利用 Malvern Zetasizer 3000HSA 测定胶束的大小, 利用稀释在 10ml LSC cocktail Hionic Fluor (PackardBioscience) 中的 50 μ l 溶液, 测定具体的放射活性, 并在 Tricarb2200A 液体闪烁分析仪 (Packard Bioscience) 中进行计数。

[0313] 表 4 :含有 DPPA 的带负电荷的胶束

[0314]

实施例	DPPC(mg)	DPPA(mg)	DPPA/DPPC 摩尔比	Pluronic F68(mg)	DPPA 的量 (% w/w)
6a	17.62	0	-	16.0	-
6b	17.30	0.16	1 : 99	16.0	0.48
6c	17.26	0.32	2 : 98	16.0	0.95
6d	15.86	1.61	10 : 90	16.0	4.81
6e	8.80	8.00	50 : 50	16.0	24.39
6f	0.88	15.27	95 : 5	16.0	47.5

[0315] 实施例 7a–7b

[0316] 含有 DSPE-PBG 的带负电荷的胶束的制备

[0317] 将 20mg 的 DSPE-PEG2000 溶解在圆底烧瓶中的 1ml、60°C 的氯仿 / 乙醇 (1/1, v/v) 中, 并在真空下将溶剂蒸发掉, 从而在烧瓶内壁上留下一层薄膜。此膜进一步在真空室中干燥过夜。然后在 60°C 用 10ml 的 Hepes 缓冲液将脂质膜水合 30 分钟。随后将溶液在 0.2 μ m 的滤器上进行过滤, 并在表征之前冷却到室温。将滤液在水中稀释 (稀释比 :1 : 3), 并用 Malvern Zetasizer 3000HSA 分析尺寸分布。按照上述过程的两个不同制备结果总结在表 5 中。

[0318] 表 5

[0319]

实施例	D _v (nm)	D _n (nm)
7a	15	9. 9
7b	10. 4	4. 4

[0320] 实施例 8

[0321] 含有乙基 -SPC3 的带正电荷的胶束的制备

[0322] 利用安装在 Branson 250 超声波降解器（输出 :30%，10 分钟）上的 3mm 超声探针，将 16mg 的乙基 -SPC3 和 16mg 的 pluronic F68 分散在 5% 的含水葡萄糖 (10ml) 中，从而获得阳离子胶束的含水悬浮液。

[0323] 实施例 9a-9e

[0324] 含有 DSTAP 的带正电荷的胶束的制备

[0325] 通过用带正电荷的 DSTAP 代替带负电荷的 DPPA 来重复实施例 6a-6f 的制备。不同制备过程的脂质和磷脂的相对量在表 6 中示出。

[0326] 表 6 :含有 DSTAP 的带正电荷的胶束

[0327]

实施例	DPPC(mg)	DSTPA(mg)	DPPC/DSTPA 摩尔比	Pluronic F68(mg)
9a	17. 62	0	-	16. 0
9b	17. 44	0. 17	99 : 1	16. 0
9c	17. 26	0. 34	98 : 2	16. 0
9d	15. 86	1. 69	90 : 10	16. 0
9e	8. 81	8. 43	50 : 50	16. 0

[0328] 实施例 10a-10b

[0329] 具有阳离子微球和阴离子胶束的组件的制备

[0330] 使实施例 1 的微球悬浮液 (1ml) 分别与不同体积 (在表 7 中示出) 的实施例 5a 或实施例 5b 的胶束制剂混合。1 小时之后，用 PBS 通过离心 (600g, 5 分钟) 将悬浮液洗涤两次，并重新分散在 PBS(1. 2ml) 中。通过利用 Cobra II γ - 射线自动仪 (Packard Bioscience) 测定悬浮液的 Gd¹⁵³ 放射活性 (γ 计数)，来确定结合胶束的量 (被表达成，所测定的组件悬浮液放射活性占所测定的初始胶束制剂放射活性的百分比)。结果在表 7 中给出。

[0331] 表 7

[0332]

胶束 (μl)/ 微球 (ml)	D _{v50} (μm)	D _n (μm)	结合胶束%

实施例 1	-	2.38	1.45	-
实施例 10a(具有 实施例 5 的非生物素化 胶束的组件)	2.5	2.69	1.66	100
	10	2.83	1.70	90.9
	25	2.81	1.71	91.4
	100	2.37	1.58	31.1
实施例 10b(具有来自实 施例 5b 的生物素化胶 束的组件)	2.5	2.63	1.66	100
	10	2.84	1.70	96.8
	25	2.84	1.73	88.1
	100	2.43	1.62	30.1

[0333] 正如从上表推出的,虽然结合胶束的相对量(即,结合胶束占所加入的胶束总量的百分比)随着加入到微囊悬浮液中的胶束总量(即胶束悬浮液的体积)的增大而减小,但是结合胶束的绝对量(由表 7 中的第一栏和最后一栏的产品给出)却是增大的。

[0334] 通过制备分别带有实施例 1 的微球和实施例 5c 或 5d 的胶束制剂的组件,而获得基本上类似的结果。

[0335] 实施例 11

[0336] 实施例 10a-10b 的组件的结合活性的测定

[0337] 为了测试实施例 10a 和 10b(10 μl 和 100 μl 的每个胶束悬浮液制剂)的组件的结合活性,如下制备中性亲和素包被的表面:

[0338] 向十二孔板(Nunc™)的每个孔中加入碳酸盐缓冲液(pH9.5, 300 μl)和 NeutrAvidin™(Pierce, 1mg/ml, 50 μl)。温育(-4°C, 过夜)之后,所述孔用含有0.1% Tween 20 的 PBS 洗涤两次,用 PBS 洗涤两次。加入牛血清白蛋白(2%的 PBS 溶液, 350 μl)并且在温育(25°C, 1 小时)之后,用含有0.1% Tween 20 的 PBS 洗涤两次,用 PBS 洗涤两次。

[0339] 将按照实施例 10a 和 10b 制备的 2×10^8 个组件加入到每个孔中,然后所述孔用 PBS 填充,进行密封,并转动板。反相温育(2 小时, -25°C)之后,所述孔用 PBS 洗涤两次,并通过具有 40 倍放大倍数的透镜的光学显微镜观察表面。含有生物素化胶束、来自实施例 10b 的组件对中性亲和素包被的表面表现出亲和力,100 μl/ml 的制剂比 10 μl/ml 的制剂具有更高的表面覆盖度。实施例 10a 的相应未生物素化制剂表现出对中性亲和素包被的表面没有结合活性。

[0340] 通过将包括实施例 1 的微球和实施例 5c 的未生物素化胶束的组件的结合活性与包括实施例 1 的微球和实施例 5d 的生物素化胶束的相应组件进行比较,而获得基本上类似的结果。

[0341] 实施例 12a-12b

[0342] 具有阳离子微泡和阴离子胶束的组件的制备

[0343] 使实施例 2d 的微球悬浮液 (1ml) 分别与不同体积 (在表 8 中示出) 的实施例 5a 或实施例 5b 的胶束制剂混合。将悬浮液轻轻搅拌 1 小时, 然后用 Tris 甘油缓冲液通过离心 (180g, 5 分钟) 洗涤两次。将 infranatant 弃掉, 并将残余物分散在 Tris 甘油缓冲液 (1ml) 中。所获得的组件的大小、浓度和 ζ -电势在表 8 中给出。

[0344] 表 8

[0345]

	胶束 / 微球悬浮液 ($\mu l/ml$)	D_{v50} (μm)	D_N (μm)	ζ -电势 (mV)
实施例 2d	-	4.74	1.82	57.1
实施例 12a(具有 源自实施例 5 的非生物 素化胶束的组件)	10	6.92	2.75	37.6
	30	8.79	2.81	-19.0
	100	7.81	2.29	-38.0
	300	6.12	1.91	-50.4
实施例 12b(具有来自实 施例 5b 的生物素化胶 束的组件)	10	6.43	2.53	30.1
	30	7.31	2.37	-28.2
	100	7.22	1.94	-42.4
	300	6.11	1.87	-44.4

[0346] 在这两种情况下, 胶束悬浮液的体积增大决定所获得的相应组件悬浮液的 ζ -电势减小。

[0347] 通过分别用实施例 2c 或 2e 的微泡悬浮液代替实施例 2d 的微泡悬浮液, 或者用实施例 5c 和 5d 的胶束制剂代替实施例 5a 和 5b 的胶束制剂, 而获得基本上类似的结果。

[0348] 实施例 13

[0349] 实施例 12a-12b 的组件的结合活性的测定

[0350] 为了测试实施例 12a-12b 的组件的结合活性, 如实施例 11 中所述制备中性亲和素包被的表面, 并用不同量 (300、100、30 和 10 μl) 的实施例 12a 和 12b 的制剂进行测试。

[0351] 在光学显微镜上观察 100 $\mu l/ml$ 和 300 $\mu l/ml$ 的实施例 12b 的制剂的标记结合活性。在 30 $\mu l/ml$ 的制剂中观察到较低的结合, 而在 10 $\mu l/ml$ 的混合物中观察到较差的结合。实施例 12a 的所有组件 (不包含生物素化胶束) 都显示没有结合活性。

[0352] 实施例 14a-14b

[0353] 具有阳离子微泡和阴离子胶束的组件的制备

[0354] 将按照实施例 4 获得的小瓶中的冻干内容物暴露于 C_4F_{10} 中, 并重新分散在 2ml 的蒸馏水中。悬浮液用 PBS 通过离心 (180g, 10 分钟) 洗涤两次, 并重新分散在 2ml 的 PBS 中。

[0355] 加入 50 μl 、分别按照实施例 5a 或 5b 制备的胶束制剂, 在 C_4F_{10} 环境中用旋转搅拌

器将混合物搅拌过夜,然后通过离心(180g,10分钟)用PBS洗涤两次,最后重新分散在2ml的PBS中。

[0356] 表9提供了实施例14a和14b的组件的特征。

[0357] 表9

[0358]

		D_{v50} (μm)	D_N (μm)	浓度(份/ml)	胶束产率(%)
实施例14a	微球	4.57	2.75	5.50E+08	-
	组件	4.81	2.72	4.04E+08	91.9
实施例14b	微球	4.39	2.65	3.48E+08	-
	组件	4.45	2.44	3.45E+08	83.8

[0359] 正如从上表中推出的,基本上全体胶束都与所形成的组件中的微泡相结合,所述组件具有基本上与初始微泡相同的平均直径。

[0360] 实施例15

[0361] 具有阴离子微泡和阳离子胶束的组件的制备

[0362] 使按照实施例3b制备的微泡悬浮液(1ml)与不同体积(在表10中示出)的实施例8的胶束制剂混合。将悬浮液轻轻搅拌1小时,然后用Tris甘油缓冲液通过离心(180g,5分钟)洗涤两次。将infranatant弃掉,并将获得的组件分散在Tris甘油缓冲液(1ml)中。组件的一些特征在表10中给出。

[0363] 表10

[0364]

胶束悬浮液(μl)/微球悬浮液(ml)	D_v (μm)	D_N (μm)	ζ -电势(mV)
0	7.87	1.86	-60.2
10	11.43	4.98	-44.9
100	9.16	2.48	+17.1
300	9.20	2.12	+49.4

[0365] 可观察到,利用能够决定微泡悬浮液的初始 ζ -电势的符号反转的一定量胶束,组件的平均尺寸变得更接近初始微泡的尺寸。

[0366] 实施例16

[0367] 确定结合胶束的量作为包括阳离子微泡和阴离子胶束的组件制剂中的带电化合物的量的函数

[0368] 为了获得总计30个组件制剂,通过在5ml的玻璃管中将300 μl 、按照实施例6a-6f制备的胶束溶液混合到1ml、按照实施例2a-2e制备的微泡的PBS悬浮液中,来制备

不同的组件悬浮液。将混合的悬浮液轻轻搅拌 30 分钟,然后通过离心 (180g,10 分钟) 洗涤两次,以去除未结合的材料。通过添加并入胶束内的放射性标记分子 DPPC-³H,来评估结合到微泡上的胶束中的脂质分子的量。

[0369] 图1表示出包括按照实施例 2a-2e 制备的各个微囊的组件的测定结果,其中线 A-E 代表作为所述胶束中的带电化合物的量的函数、结合到微囊上的胶束的量。

[0370] 从所述附图中可注意到,对于包括实施例 6a(无带电表面活性剂)的胶束的组件制剂,基本上没有观察到结合胶束。而且,结合到微囊上的胶束的量随着包括在微囊中的带电化合物的量的增加而增加。最后,对于胶束 / 微囊组件的这个特定组合,可观察到,当胶束中的带电化合物的相对量为总量的约 1% -5% (w/w) 时,有更高量的胶束结合到微囊上。

[0371] 实施例 17

[0372] 确定结合胶束的量作为包括阴离子微泡和阳离子胶束的组件制剂中的带电化合物的量的函数

[0373] 为了获得总计 15 个组件制剂,通过在 5ml 的玻璃管中分别将 300 μl、按照实施例 9a-9e 制备的每个胶束溶液混合到 1ml、按照实施例 3a-3c 制备的每个微泡悬浮液中,来制备不同的组件悬浮液。将混合的悬浮液轻轻搅拌 30 分钟,然后通过离心 (180g,10 分钟) 洗涤两次,以去除未结合的材料。通过添加并入胶束内的放射性标记分子 DPPC-³H,来评估结合到微泡上的胶束中的脂质分子的量。

[0374] 可观察到与实施例 16 的组件制剂类似的结果,即,通过增加包括在微囊中的带电化合物的量,可增加结合到微囊上的胶束的量,并且尤其是对于微囊含有更低量的带电化合物的组件而言,当胶束中的带电化合物的相对量为约 1% -5% (w/w) 时,有更高量的胶束结合到微囊上。

[0375] 实施例 18

[0376] 确定结合胶束的量作为加入到包括不同量带电化合物的微泡悬浮液中的胶束的量的函数

[0377] 为了获得总计 12 个组件制剂,将不同量 (50、100、250 和 500 μl) 的、按照实施例 7a 或 7b 制备的胶束制剂与 1ml、按照实施例 2b、2d 和 2e 制备的微泡制剂合并 (尤其是 2b 和 2d 与 7a 合并,2d 与 7b 合并)。将混合物轻轻搅拌 30 分钟,用水通过离心 (180g/10 分钟) 洗涤两次,以去除未结合的材料。

[0378] 通过用库尔特计数器测定大小分布以及用 Malvern Zetasizer 测定 ζ- 电势,来表征所生成的悬浮液。将一部分样品在 0.2mbar 冻干 24 小时,并利用 HPLC 分析冻干物,以便测定组件 (μgPE-PEG/ml 的泡) 中的 DSPE-PEG 的量。结果汇总在下表 11 中,该表示出了包括在用于形成组件的混合物中的 DSPE-PEG 的初始量、组件中 DSPE-PEG 的最终量 (对应于结合胶束的量)、最终组件中的正、负电荷之间的比例 (表示成电荷当量) 以及最终悬浮液中的各自 ζ- 电势。

[0379] 表 11 :阳离子微泡和阴离子胶束

[0380]

	初始混合物	最终混合物	DSPE-PEG (nmoles)	DSPE-PEG (nmoles)	EC 比例	ζ -电势 (mV)
实施例 2d 和 7a	35.87	1.35		0.18		35.8
	71.75	2.34		0.43		15.6
	179.37	2.28		0.46		10.9
	358.75	3.26		0.59		-13.3
实施例 2d 和 7a	35.87	3.30		0.14		26.2
	71.75	3.69		0.18		20.8
	179.37	3.36		0.21		12.4
	358.75	4.77		0.22		-10.0
实施例 2e 和 7b	35.87	3.81		0.07		39.3
	71.75	5.24		0.10		31.5
	179.37	8.04		0.15		18.3
	358.75	9.79		0.20		9.6

[0381] 从上表中观察到,通常,微囊中的带电化合物的量越高,最终组件中的结合胶束的量就越高。此外,就同一微泡制剂而言,结合 DSPE-PEG 的量越高,EC 比例就越高,各自的 ζ -电势值就越低。

[0382] 实施例 19

[0383] 阳离子微囊与阴离子胶束的组件以及阴离子微囊与阴离子胶束的对照混合物

[0384] 称量 20mg 的 DSPE-PEG2000, 并溶解在圆底烧瓶中 60℃的氯仿 / 甲醇 (1/1, v/v) 中, 然后在真空中蒸发溶剂混合物, 从而在烧瓶内壁上沉积一层薄膜。此膜在真空室中进一步干燥过夜。

[0385] 脂质膜用 60℃、10ml 的 5% 葡萄糖水合 30 分钟, 溶液在 0.2 μm 滤器上进行过滤, 然后在表征之前冷却到室温。

[0386] 将上述制备过程重复两次。

[0387] 通过利用 50/50 (w/w) 的 DAPC 与 DSTAP 混合物或 50/50 (w/w) 的 DSPC 与 DPPG 混合物, 如实施例 2e (带正电荷) 和 3b (带负电荷) 中所述来制备微泡。在重组之前将小瓶暴露于 50/50 (v/v) 的 C₄F₁₀/N₂ 中。

[0388] 将 2.5ml 的胶束溶液用 2.5ml 的 5% 葡萄糖进行稀释。利用胶束的稀释溶液将冻干微泡进行重组, 并涡旋 2 分钟, 然后轻轻混合 30 分钟。

[0389] 所获得的悬浮液用 5% 葡萄糖 (通过离心, 180g/10 分钟) 洗涤两次, 并将上清液重新分散在 2.5ml 的 5% 葡萄糖中。利用 MalvernZetasizer 3000Hsa (50 μl/10ml NaCl 1nM) 测定每个悬浮液的 ζ -电势。利用 HPLC 测定每个悬浮液中的 DSPE-PEG2000 的量。结果在下表 12 中给出。

[0390] 表 12 : 阴离子胶束与阴离子或阳离子微泡的混合物

[0391]

阴离子胶束悬浮液	ζ - 电势 (mV)	DSPE-PEG2000 (μg/ml)
阴离子微球	-4.3 ± 2.7	0.8
阳离子微球	-18.3 ± 2.5	129.0

[0392] 从上表中观察到, 在阴离子微泡上基本上没有获得阴离子胶束的结合, 即, 在最终混合物中仅发现可忽略量的 DSPE-PEG, 而 ζ -电势仍旧基本上为负的。

[0393] 实施例 20

[0394] 阳离子微球 - 胶体金组件

[0395] 按照实施例 1 制备的阳离子微球悬浮液与用柠檬酸钠 (Polysciences, 60nm) 稳定的金颗粒胶体悬浮液, 以不同比例 (表示为金颗粒数 / 微球数, 参见表 13) 进行混合。2 小时之后, 将飘浮的颗粒分出并重新分散在蒸馏水中。表 13 表示出, ζ -电势的中性值是在约 200 的金颗粒 / 微球的比例时获得的。

[0396] 表 13

[0397]

金胶体 / 微球数比例	阳离子微球
0	+35.0
50	+23.8
100	+19.3

200	-0.7
800	-2.8
2000	-19.0

[0398] 实施例 21 :阳离子微泡 - 磁铁矿组件

[0399] 按照 US 5,545,395 制备用 DPPA/Pluronic F108(FE/DPPA/Pluronic F108 的比例为 3/15/15,按 mg/ml 计) 包被的磁铁矿。用 Tris(1g/l)/ 甘油 (0.3M) 缓冲液 (pH :7.05) 将溶液稀释 100 倍。在 SF₆ 大气下用 5ml 的磁铁矿溶液将阳离子微泡 (按照实施例 2d 制备,只是所用的气体是 SF₆,而不是 C₄F₁₀/N₂ 混合物) 重新分散。涡旋 2 分钟之后,将悬浮液轻轻混合 1 小时。然后用 Tris/ 甘油缓冲液、通过离心 (180g/10 分钟) 将飘浮的颗粒洗涤两次。用库尔特计数 Multisizer 测定大小和浓度。用 Malvern Zetasizer 3000Hsa (稀释 : 50 μl/10ml 水) 测定 ζ - 电势。用驰豫时间 (T2) 测定法 (Bruecker :Minispec MQ20) 测定磁铁矿的结合,并与在相同的没有磁铁矿颗粒的微泡制剂上完成的对照实验进行比较。结果在表 14 中给出。

[0400] 表 14

[0401]

	对照悬浮液 (没有磁铁矿颗粒)	有磁铁矿颗粒的悬浮液
ζ - 电势 (mV)	+40.4 ± 0.8	-30.8 ± 4.1
T2(ms)	1800 ± 300	29.3 ± 0.2

[0402] 正如从上表中看到的,随着 ζ - 电势相对于对照悬浮液的进一步减小,观察到 T2 大幅减小,从而证实含有磁铁矿的胶束基本上结合到微泡上。

[0403] 实施例 22 :在体内施用中带相反电荷的胶束对带电微泡表面的作用

[0404] 利用 80/20(w/w) 的 DAPC 与 DSTPA 混合物、如实施例 2d 中所述来制备带正电荷的微泡。利用 50/50(w/w) 的 DSPC 与 DPPG 混合物、如实施例 3b 中所述来制备带负电荷的微泡。小瓶在用 Tris/ 甘油缓冲液 (5ml) 重组之前暴露于 50/50(v/v) 的 C₄F₁₀/N₂ 中。

[0405] 按照实施例 6f (带负电荷) 和实施例 8 (带正电荷) 制备胶束。

[0406] 然后,制备微泡或组件的以下悬浮液 :

[0407] 悬浮液 A :将 600 μl 的 Tris/ 甘油缓冲液与 2ml 的微泡 (实施例 2d- 带正电荷) 混合,并轻轻混合 30 分钟。

[0408] 悬浮液 B :将 600 μl 的按照实施例 6g 的胶束 (带负电荷) 与 2ml 的微泡 (实施例 2d- 带正电荷) 混合,并轻轻混合 30 分钟。

[0409] 悬浮液 C :将 600 μl 的 Tris/ 甘油缓冲液与 2ml 的微泡 (实施例 3b- 带负电荷) 混合,并轻轻混合 30 分钟。

[0410] 悬浮液 D :将 600 μl 的按照实施例 8 的胶束 (带正电荷) 与 2ml 的微泡 (实施例 3b- 带负电荷) 混合,并轻轻混合 30 分钟。

[0411] 所有悬浮液用 Tris/ 甘油缓冲液 (通过离心,180g/10 分钟) 洗涤两次,并将上清

夜重新分散在 2ml 的缓冲液中。利用库尔特计数器测定大小和浓度。用 Malvern Zetasizer 3000Hsa ($50 \mu l / 10ml$ NaCl 1mM) 测定每个悬浮液的 ζ -电势，并在下表 15 中示出。

[0412] 表 15

[0413]

悬浮液	ζ -电势 (mV)
A	+48.6 ± 9.3
B	-51.9 ± 1.3
C	-61.5 ± 7.2
D	+37.2 ± 9.8

[0414] 以每 kg 体重 $5E+06$ 微泡的剂量将悬浮液注射到兔耳静脉中。利用配有间歇成像（二帧 / 秒）的 4C1-S 转换器和高机械指数 (MI) 的 Acuson Sequoia 512 在相干反差成像 (CCI) 中实施二维回波描记术。将肾的图像在录像机上记录 3 分钟，并分析此序列，以便测定在皮层（图 2 和 3）选择的兴趣区域 (ROI) 中作为时间函数的平均象素强度。

[0415] 正如在附图上看到的，在微泡上添加带相反电荷的胶束，这显著地改变了微泡的体内行为。由此，在肾皮质上几乎检测不到带正电荷的泡（悬浮液 A）。然而，与带负电荷的胶束温育之后，相同的微泡（悬浮液 B）在 ROI 显示出更强的信号。类似的带负电荷的微泡（悬浮液 C）在肾脏显示出强信号。然而，与带正电荷的胶束混合之后，在 ROI 中几乎没有检测到信号。

[0416] 实施例 23：阳离子微泡与包括药物的阴离子胶束的组件

[0417] 如下表 16 所示，使 2ml 的微泡悬浮液（按照实施例 2a 制备，分散在 PBS 中）与不同量的 Fungizone[®] 溶液（两性霉素 B 与脱氧胆酸钠在 PBS 中的胶束悬浮液）混合。将悬浮液轻轻搅拌 1 小时，然后用 PBS 缓冲液、通过离心（180g/5 分钟）洗涤两次。将 infranatant 弃掉，并将获得的组件分散在缓冲液（1ml）中。用库尔特计数 Multisizer（孔径： $30 \mu m$, $50 \mu l / 100ml$ NaCl 0.9%）测定大小和浓度。用 Malvern Zetasizer 3000Hsa ($50 \mu l / 10ml$ 蒸馏水) 测定 ζ -电势。用分光光度计（409nm, $50 \mu l$ 的、2ml CHCl₃/MeOH 1/1 中的组件）测定微泡上两性霉素 B 的量，并与 Fungizone[®] 的校正曲线进行比较。下表 16 中示出的结果表明，通过增大所加入的胶束的量，组件中可包括增加量的药物。

[0418] 表 16- 具有药物的组件

[0419]

	胶束悬浮液 (μl) / 微泡悬浮液 (ml)	ζ -电势 (mV)	两性霉素 B ($\mu g/ml$)
实施例 2a	-	49.1 ± 3.0	-
Fungizone [®]	10	50.8 ± 4.3	42.8

	30	28.9 ± 6.9	122.0
	100	-24.7 ± 0.3	367.9

[0420] 实施例 24 :具有双层胶束的组件

[0421] 实施例 24a :带负电荷的泡的制备

[0422] 利用与 US 5,830,435 的实施例 3 中所述相似的方法制备含有 DPPC/DPPS 的微泡。简言之,通过将 59.2mg 的 DPPC 和 40.8mg 的 DPPS 分散在含有 1g 丙二醇的 100ml 蒸馏水中,而获得多层脂质体 (MLV)。将脂质体在搅拌下于 70°C 温育 30 分钟。脂质体的平均直径为 : $D_N =$ 约 1.4 μm , $D_v =$ 约 2.7 μm 。

[0423] 将脂质体悬浮液引入配备高速机械乳化器 (Megatron MT3000, Kinematica, Switzerland) 的气密玻璃反应器中。将含有 C_4F_{10} 的气袋与乳化器的混合室相连。匀化 (10,000 转, 1 分钟) 之后, 获得微泡的乳状悬浮液。通过倾析去除 infranatant (约 90ml, 含有大部分脂质体)。将上清夜 (含有微泡) 回收并重新悬浮在蒸馏水中, 至总体积达 100ml。重复倾析步骤, 并将最终的微泡悬浮液重新悬浮在 10% 的麦芽糖中。将几个等分的悬浮液收集在 10ml 玻璃瓶内 (每个瓶中 1ml 悬浮液), 将样品在 -45°C 冷冻, 并冻干。

[0424] 冻干之后, 将瓶用橡胶塞封闭, 抽成真空并用含有 1 : 1 (v/v) 的 C_4F_{10} 与空气混合物的气体混合物和填充。通过塞子将 2ml 的蒸馏水注入瓶内并手摇, 从而产生微泡。

[0425] 实施例 24b :阳离子和阴离子胶束的制备

[0426] 实施例 24b1

[0427] 用 3.73mg/ml 的 DSPE-PTE020 (多臂 PEG- 磷脂, NOF Corporation, Japan) 和 1.27mg 的阳离子磷脂 DPEPC (二棕榈酰甘油酰-3-乙基胆碱磷酸, Avanti ® Polar Lipids, Inc. USA) 制备阳离子胶束。

[0428] 实施例 2462

[0429] 用 4.1mg/ml 的 DSPE-PEG2000 和 0.9mg 的 GPIIbIIIa 结合脂肽 (DPPE-PEG2000-Lys-Gln-Ala-Gly-Asp-Val, 按照 US 6,139,819 的实施例 3 制备的) 制备阴离子、官能化胶束。

[0430] 在 5% 的葡萄糖溶液中制备带正电荷及带负电荷的胶束。

[0431] 实施例 24c :具有带负电荷的泡和带有相反电荷的多 MAC 层的组件的制备

[0432] 将 50 μl 和 500 μl 的按照实施例 24b1 制备的阳离子胶束分别加入到含有约 1×10^9 的按照实施例 24a 制备的带负电荷的微泡的两个制剂中。将混合物轻轻搅拌 30 分钟, 然后通过离心 (10' / 1000 转) 洗涤两次, 并重新悬浮在 5% 的葡萄糖溶液中。将获得的组件的大小和 ζ - 电势 (如所测定的) 列在以下的表 17 中 (“组件 1”行)。结果表明, 在用一层阳离子胶束包被带负电荷的微泡之后, 所测定的组件悬浮液的 ζ - 电势变成正的。

[0433] 然后, 将 100 μl 和 250 μl 的阴离子胶束悬浮液 (按照实施例 2462 制备) 分别加入到含有 50 μl 阳离子胶束的组件和含有 500 μl 阳离子胶束的组件中。将两种混合物轻轻搅拌 30 分钟, 然后通过离心 (10' / 1000 转) 洗涤两次, 并重新悬浮在 5% 的葡萄糖溶液中。将获得的双层组件的直径和 ζ - 电势列在以下的表 17 中 (“组件 2”行); 第二层带负电荷的胶束的存在决定 ζ - 电势的相应负值。

[0434] 表 17

[0435]

	加入到 1×10^9	$D_v(\mu m)$	$D_N(\mu m)$	$\zeta -$ 电势 (mV)
微球	0	2.4	1.3	-63
组件 1	50	2.5	1.4	+5
组件 1	500	2.2	1.3	+8
组件 2	100	2.0	1.3	-30
组件 2	250	2.2	1.3	-38

[0436] 包括多个交替带电层的类似组件也能够用其它种类的 MAC(例如脂质体和纳米颗粒) 来制造。例如, 带负电荷的微泡可用阳离子和含有药物的脂质体来包被, 然后用携带靶向部分的第二层阴离子胶束来包被。

[0437] 实施例 25 :用乳剂制备组件

[0438] 将含有 DAPC 和 DSTAP(80 : 20, 2mg/ml) 的 50ml 蒸馏水在 70°C 加热 30 分钟, 然后冷却到室温。利用高速匀化器 (Polytron, 10,000 转, 1 分钟) 将 4ml 的全氟己烷乳化在此含水相中。正如用 Malvern Mastersizer 所测定的, 生成的乳剂显示以体积计的中值直径为 : $D_{v50} = 5.0 \mu m$, 以数目计的平均直径 $D_N = 2.7 \mu m$ 。通过离心洗涤乳剂, 并将其重新悬浮在水中。将不同量的按照实施例 2462 制备的阴离子胶束分别加入到三个等分的以上阳离子乳剂中, 对于每 ml 乳剂其各自的浓度为 135 μl 、270 μl 和 540 μl 。在温育 (在轻轻搅拌下于室温中 30 分钟) 并通过离心除去过多的胶束之后, 将胶束包被的乳剂重新分散在 20% (w/w) 含水 PEG4000 溶液中。将乳剂 - 胶束组件分布在瓶中 (2ml/ 瓶), 然后在瓶中进行冷冻和冻干。用 C_4F_{10} 疏散和取代冻干物瓶中的空气。用 2ml 的 5% 葡萄糖溶液重组之后, 获得乳状微泡 - 胶束组件悬浮液。库尔特计数器和 $\zeta -$ 电势的分析结果收集在以下的表 18 中。

[0439] 表 18

[0440]

胶束 / 微球 ($\mu l / \mu m$)	微球 / ml	$D_N(\mu m)$	$D_v(\mu m)$	$D_{v50}(\mu m)$	$\zeta -$ 电势 (mV)
-	5.88E+07	1.35	4.65	4.22	46.9
135	8.27E+08	1.23	3.70	2.35	20.3
270	8.61E+08	1.39	4.12	3.35	-4.3
540	1.04E+09	1.31	3.85	3.34	-6.3

[0441] 阴离子胶束的量增大的制剂, 导致微泡的量增大。而且, 表面电荷特性也能够按需进行调整 ($\zeta -$ 电势值从正变到负)。

[0442] 实施例 26 :用气体乳剂制备组件

[0443] 利用 C_4F_{10} 作为气相、DPPS 作为磷脂 (2mg/ml) 以稳定微泡、按照实施例 24a 获得

带负电荷的微泡。在通过 DPPS 脂质体的高速机械乳化 (Megatron ® MT3000 Kinematica, Switzerland) 生成泡之后, 利用 1 μl 的聚碳酸酯膜 (Nuclepore ®) 通过渗滤 30 分钟来洗涤微泡, 以除去泡悬浮液中过量的磷脂。将含有缀合到特异于 P- 选择蛋白 (70 : 30 摩尔比, 5mg/ml) 的兔抗 - 鼠单克隆 IgG1 上的 DPEPC 和 DSPE-PEG2000 的阳离子胶束, 加入到泡悬浮液 (50 μl 胶束用于 1ml 的微泡中, 即约 5×10^9 个泡 /ml) 中。将混合物于室温中轻轻搅拌 30 分钟并进行离心。将组件 (上清夜) 重新悬浮在 10% 的麦芽糖溶液中, 冷冻并冻干 (2ml/ 瓶)。冻干之后, 冻干物用 C₄F₁₀ 气化, 并且用 2ml 的蒸馏水进行重组。计数器分析显示, 在冻干之后, 超过 90% 的微泡 - 胶束组件仍然是完整的。这些微泡显示出 $D_n = 1.3 \mu m$, $D_v = 2.9 \mu m$ 。流式细胞术测定证实, 组件表面上存在生化活性的 IgG1 抗体。

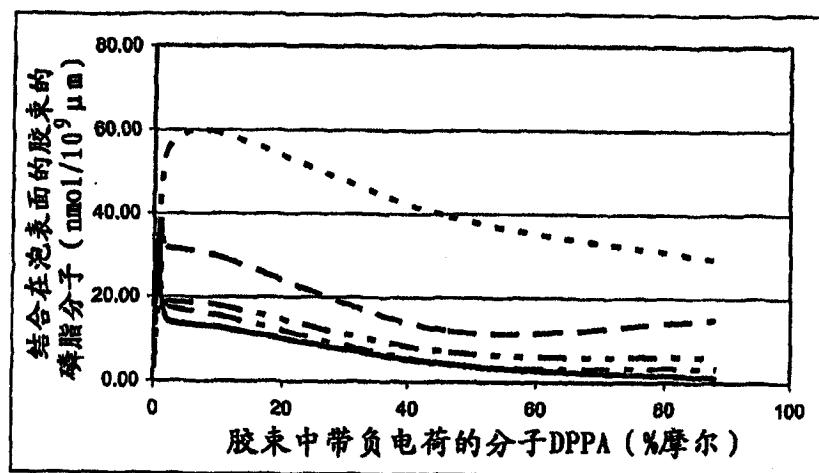


图 1

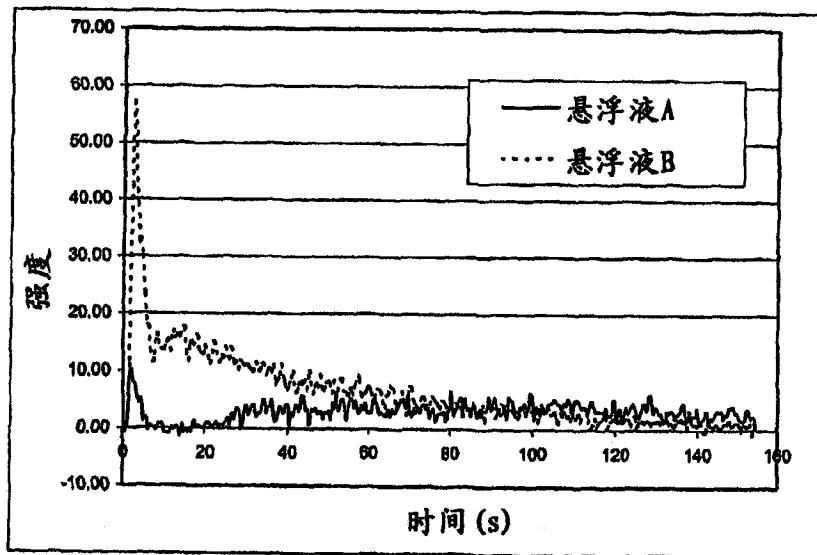


图 2

图3

