文章编号: 1004-0609(2010)06-1203-06

纳米羟基磷灰石的精氨酸表面修饰及其与基因的结合性能

赵颜忠^{1,2,3},朱晒红^{2,3},谭 娟²,黄艳艳²,李志友¹,周科朝^{1,3}

(1. 中南大学 粉末冶金国家重点实验室, 长沙 410083;

2. 中南大学 湘雅三医院, 长沙 410013;

3. 中南大学 医用材料与器械研究中心,长沙 410013)

摘 要:采用水热合成法制备经精氨酸表面修饰的羟基磷灰石纳米颗粒(Arg-nHAP)。利用透射电镜(TEM)、Zeta 电位分析仪、傅立叶红外光谱仪和 X 射线衍射(XRD)对 Arg-nHAP 的形貌、结构、晶粒粒径和 Zeta 电位进行表征, 并将其与质粒 DNA(pEGFP-N₁)进行凝胶电泳实验,研究 Arg-nHAP 对基因的结合和保护性能。结果表明:制备的 Arg-nHAP 粒径较均匀,约为 50 nm~80 nm,分散性良好;在 pH=7.4 时,纳米颗粒的表面净电荷均值为 30.89 mV, 可与带负电荷的质粒 DNA 通过静电结合快速形成纳米颗粒-质粒 DNA 复合物,对结合的 DNA 起到明显的保护 作用;经精氨酸表面修饰的 Arg-nHAP 可成为一种有效的基因结合载体。

关键词: 羟基磷灰石; 精氨酸; 水热合成; 基因载体

中图分类号: TB 39 文献标志码: A

Arginine modification and gene binding property of hydroxyapatite nanoparticles

ZHAO Yan-zhong^{1, 2, 3}, ZHU Shai-hong^{1, 2}, TAN Juan², HUANG Yan-yan², LI Zhi-you¹, ZHOU Ke-chao^{1, 3}

(1. State Key Laboratory of Powder Metallurgy, Central South University, Changsha 410083, China;

2. The Third Xiangya Hospital, Central South University, Changsha 410013, China;

3. Research Center for Medical Material and Instruments, Central South University, Changsha 410013, China)

Abstract: An arginine modifying nano-hydroxyapatite (nHAP) was synthesized by hydrothermal synthesis. The morphology, structure, crystallite size and Zeta potential of the Arg-nHAP were characterized by X-ray diffractometry(XRD), transmission electron microscopy(TEM), Fourier transform infrared (FTIR) and Zeta potential analyzer. The binding and protecting properties of Arg-nHAP to DNA were tested by electrophoresis experiment. The results show that the Arg-nHAP is very fine and well distributes, the mean diameter of the nanoparticles is 50–80 nm and its Zeta potential is about 30.89 mV at pH of 7.4. Arg-nHAP/DNA nanocomplexes can be formed rapidly by electrostatic interaction of nanoparticles with DNA having negative electrons. The nHAP modified with arginine can effectively bind and protect DNA and may be used as a potential gene carrier.

Key words: hydroxyapatite; arginine; hydrothermal synthesis; gene carrier

目前,基因治疗仍未能取得实质性突破,主要是 因为缺乏高效安全的基因载体。因为病毒载体存在安 全性问题,美国 FDA 已停止了病毒载体的临床应用审 批^[1]。发展安全、无/低毒、无免疫原性及易于组装的 新型基因载体材料已成为国际医学界关注的焦点。非 病毒载体系统虽然无病毒毒性和免疫原性等,但传递 效率不如病毒载体系统。脂质体和阳离子多聚物等有 机物是目前基因治疗研究普遍采用的非病毒载体材 料,但脂质体体内转染的不稳定性和阳离子多聚物(如 聚乙烯亚胺和壳聚糖)存在细胞毒性或转染率较低等

基金项目: 长沙市科技计划资助项目(K0905035-11)

收稿日期: 2010-01-05; 修订日期: 2010-04-20

通信作者: 周科朝, 教授, 博士; 电话: 0731-88830464; E-mail: zhoukechao@mail.csu.edu.cn

问题,阻碍了其临床应用^[2-3]。纳米生物技术的发展为 基因传递系统提供了新的材料和方法,目前研究较多 的纳米载体主要有硅氧化物^[4]和铁氧化物^[5]等,但也 存在转染率较低和细胞毒性,以及体内不易排解等问 题^[6]。纳米羟基磷灰石(Nanohydroxyapatite, nHAP)与 人体硬组织的无机成分相似,具有天然的生物相容性, 与普通的羟基磷灰石材料相比,具有更佳的理化性质 和生物学性能,如溶解度较高、表面能较大和生物活 性更强[7-8]。尤其重要的是,纳米羟基磷灰石颗粒本身 具有抑制癌细胞生长的作用[9]。羟基磷灰石还是一种 高效的吸附材料,能够结合核酸和蛋白质[10-11]。研究 发现^[12],纳米羟基磷灰石颗粒(nHAP)可作为基因载 体,转染绿色荧光蛋白报告基因的转染率可达到同等 条件下脂质体的 50%。FRAYSSINET 等^[13]应用纳米羟 基磷灰石颗粒和 DNA 共沉淀成功转染 LacZ 报告基因 入胞,进一步证明了纳米羟基磷灰石的基因转染能力。 TAN 等^[14]研究发现, 经鱼精蛋白修饰后, 纳米羟基磷 灰石基因转染率可进一步提高。孙虹等[15]用纳米羟基 磷灰石颗粒转染 NT-3 基因,发现不仅可转染到体外 培养的小鼠耳蜗神经元,而且能够转染到活体豚鼠的 耳蜗神经元内,这证明了纳米羟基磷灰石载体在体外 和体内均具有结合、保护和释放基因的能力。上述研 究表明,纳米羟基磷灰石颗粒可能是一种高效安全的 基因载体材料。但是,需要进一步提高这种载体材料 的基因转染率。

本实验选取精氨酸(Arginine)作为纳米羟基磷灰 石颗粒修饰物,一方面,由于亲水性的精氨酸带有胍 基基团-(CH₂)₃NHC(NH₂)⁺,等电点为 10.76,在实验 条件下,反应液 pH 值将一直小于精氨酸的等电点, 因而在整个反应过程中精氨酸带正电荷。另一方面, 由于精氨酸和胍基官能团被发现能有效穿透细胞膜 ^[16],可在 DNA 转运到细胞内的过程发挥着非常重要 的作用,暗示富精氨酸短肽能有效地提高基因转染效 率,但富精氨酸短肽介导基因转染的机理依然不大清 楚,明显有别于受体介导的内吞机制^[17]。本文作者旨 在探讨精氨酸修饰的水热合成颗粒(Arg-nHAP)的形 貌与表面结构,及其与基因的结合能力。

1 实验

1.1 实验材料

本研究采用的实验材料主要如下:硝酸钙 Ca(NO₃)₂·4H₂O(AR,中国医药集团上海化学试剂公 司),磷酸铵(NH₄)₃PO₄·3H₂O(AR,中国医药集团上海 化学试剂公司),精氨酸(Arginine, Sigma 公司),脱氧 核糖核酸酶 I (Invitrogen 公司),pEGFP-N1 质粒(武汉 市晶赛生物工程技术有限公司),以及自行配制的磷酸 缓冲盐溶液(PBS)和 HEPES 缓冲盐溶液(HBS)。

1.2 Arg-nHAP 粉体的水热合成

分别制取硝酸钙 Ca(NO₃)₂·4H₂O、磷酸氢二氨 (NH₄)₂HPO₄)的水溶液。精氨酸预先加入到磷酸盐溶液 中,充分搅拌后滴加硝酸钙溶液, Ca 与 P 的摩尔比为 1.67。反应温度为 60 ℃,采用氨水或尿素调节溶液 pH 值。待钙、磷溶液搅拌混匀后,再将溶液转入到水 热釜中,在设定的水热温度下持续反应。待水热溶液 反应完全,取其中的沉淀经去离子水和无水乙醇洗涤、 过滤,真空干燥,获得羟基磷灰石粉末。

1.3 Arg-nHAP 颗粒的表征

采用扫描电镜(SEM, JSM-6360LV, JEOL Japan) 分析 Arg-nHAP 纳米粒晶体形貌和粉体粒度,采用 X 射线衍射(XRD)对 Arg-nHAP 进行物相分析(Rigaku D-Max/2550VB⁺, Tokyo, Japan, Cu K_a 辐射, λ =1.54178Å, 40 kV, 30 mA),扫描角度和速度采用 25°~55°, 2.4(°)/min 或 5°~75°, 5(°)/min,傅立叶红外 光谱仪为 Nicolet Nexus-470, KBr 制片。

1.4 Arg-nHAP 混悬液的制备

取精氨酸修饰后的 Arg-nHAP 粉末 0.5 g, 放入离 心管,加去离子水 20 mL,浓度为 25 g/L,用超声波分 散 60 min (Ultrasonic Hemogenizer 24710, USA),静 置观察 2 h,羟基磷灰石纳米颗粒混悬液无分层,呈乳 状。将纳米颗粒混悬液置入 50 mL 玻璃瓶,高压灭菌 后备用。取 1 mL 纳米颗粒混悬液样本,超声处理 8 min 后,用透射电镜(TEM, Tecnai G2 20ST,FEI Co.) 观察纳米混悬液颗粒粒度和分散状态。

1.5 Arg-nHAP 的 Zeta 电位测定

pH=7.4 时,采用英国 Malvern Instrument 公司 Zetasizer3000 HS 纳米粒度及电位分析仪测定 nHAP 及经精氨酸修饰的 Arg-nHAP 的电泳迁移率 (Electrophoretic mobility, EPM),从而计算出 Zeta 电 位。nHAP 及精氨酸修饰的 Arg-nHAP 各 8 例,每例 样本测试重复 3 次,取平均值。

1.6 Arg-nHAP 与质粒 DNA 的结合实验

在不同 pH 值下,将 Arg-nHAP 与 pEGFP-N₁ 质粒 DNA 按质量比 30:1 混合,同时在 pH=7.4 时,将 Arg-nHAP与pEGFP-N₁质粒分别按 Arg-nHAP与DNA 质量比 0:1、10:1、30:1、50:1、70:1 和 90:1 在离心管 内混合,其中 DNA 的浓度恒定为 0.1 g/L,室温静置 20 min,轻摇混匀后于4 ℃时静置 30 min,12 000 r/min 离心 10 min,离心后取上清液 10 μL,0.7%琼脂糖凝 胶电泳(80 V)45 min,EB 染色 10 min,采用凝胶成像 系统观测。

1.7 Arg-nHAP 的 DNA 抗核酸酶保护实验

Arg-nHAP与DNA按照上述最佳条件结合形成复 合体后,将其放入 5%小牛血清和 5%胎牛血清(血清中 存在大量可降解 DNA 的成分)中重悬,于 37 ℃培育 8 h;或者将 Arg-nHAP-DNA 复合体与每微克 DNA 中 含 1 mU 的 DNase I 混合,在 37 ℃培育 1 h。同时也 将寡质粒 DNA 作对照。以速度为 10 000 r/min 离心 10 min,离心后取沉淀用洗脱液(20 mmol/L Tris.Cl, pH 7.4, 1 mmol/L EDTA, 100 mmol/L NaCl; 50 %的 乙醇,室温保存)洗脱,离心后取上清液,琼脂糖凝胶 电泳检测;对照寡质粒 DNA 组直接用琼脂糖凝胶电 泳检测。

2 结果与讨论

2.1 Arg-nHAP 颗粒的形貌

图 1 所示为水热合成 HAP 颗粒的 TEM 像。由图 1 可看出,未经修饰的颗粒样品呈短柱状,同一颗粒 的横截面尺寸均匀,约为50~100 nm。在长度方向上, 颗粒间尺寸差异较大,约为 50~200 nm。加入精氨酸 后,颗粒尺寸减小,各方向的尺寸差异变小,呈粒状, 粒径约为 50~80 nm。在水热条件下合成 HAP 的过程 中,由于精氨酸在结晶析出 HAP 晶粒表面的吸附存在 晶面的选择性,影响了HAP 晶粒长大的行为。热力学 平衡条件下 HAP 晶体的择优生长方向为[001]。在水 热介质中精氨酸带正电性的胍基基团 -(CH₂)₃NHC(NH₂)⁺可与 HAP(001)面裸露的负电性羟 基(-OH)发生静电作用,导致精氨酸更倾向于吸附在 HAP 的(001)面,因此,精氨酸的吸附更大程度地阻碍 了溶液合成产物在 HAP(001)面的析出, 使得 HAP 各 晶体方向的生长速度差异减小,晶体各方向的尺寸差 异同时降低。另一方面,由于各个晶面不同程度地吸 附一定数量的精氨酸, HAP 晶体生长受阻, 要求更多 的新颗粒形核析出,以降低溶液的过饱和度。高形核 密度有利于获得更细小的 HAP 颗粒。

2.2 Arg-nHAP 颗粒的表征

图 2 所示为两组样品的 XRD 谱。从图 2 可以看





Fig.1 TEM images of HAP crystal synthesized by hydrothermal method: (a) Without amino acid; (b) With arginine



图 2 160 ℃时水热法合成 nHAP 的 XRD 谱

Fig.2 XRD patterns of nHAP particles synthesized by hydrothermal method at 160 $^{\circ}C$: (a) Without extraneous additives; (b) With arginine

出:所制备的 nHAP 样品的 XRD 谱相差不大,特征 峰尖锐明显,表明所制备的样品的结晶程度比较高, 晶形完整。但主要特征峰相对强度存在细微差异,相 对于(002)峰,Arg-nHAP 样品的(300)峰的强度增大; Arg-nHAP 样品的(002)峰与(211)峰的比值降低,主要 特征峰的相对强度与HAP标准粉末卡片 JCPDs 9-432 的对应性提高。这证实图 1 所显示的 Arg-nHAP 样品 各方向尺寸倾向于一致、粉末颗粒粒状特征加强的实 验现象。

图 3 所示为水热合成的 nHAP 傅立叶红外光谱。 由图 3 可看出,两组样品的红外光谱的波形相似,谱 中主要峰的位置相同。较强的峰线出现在 565.25、 604.21、1035.78、3441.75 cm⁻¹等位置,并在1106.57、 1 420.30、1 631.24 和 3 570.12 cm⁻¹等位置出现强度较 弱或位置较宽的峰线。理论上 PO₄³⁻的 4 种振动方式 对应峰的位置分别如下: v_1 峰在 960 cm⁻¹ 附近, v_2 峰 位于 470 至 440 cm⁻¹区域, v₃位于 1 190 至 976 cm⁻¹ 区域, v₄峰位于 600 至 560 cm⁻¹区域。因此, 565.25、 604.21 和1035.78 cm⁻¹的强峰以及1106.57 cm⁻¹的弱 峰是 nHAP 中 PO43-根产生的。晶格中的水分子特征 峰出现在 3 550~3 200 cm⁻¹区域,因此, 3 441.75 和 3 570.12 cm⁻¹ 位置的峰是晶格水和磷灰石羟基(OH⁻) 的反映。1631.24 cm⁻¹ 处特征峰是 H₂O 的振动峰,表 明粉末样品表面吸附少量的水分。氨基(-NH2)的特征 峰出现在 1 400~1 420 cm⁻¹区间, 1 420.30 cm⁻¹峰可 能是少量来自于原料磷酸氢二氨的铵根(NH4+)、氨基 酸的残留物吸附在 HAP 的反映。对于加入精氨酸的样 品,该峰强度有所增强(见图(b)),说明存在氨基酸残 留物。





Fig.3 FTIR spectra of nHAP prepared by hydrothermal synthesis: (a) Without amino acid; (b) With arginine

2.3 Arg-nHAP 颗粒的 Zeta 电位

图 4 所示为 pH 值为 7.4 时 Arg-nHAP 的 Zeta 电 位图。由图 4 可看出,在弱碱性的条件下(pH=7.4), Arg-nHAP 的 Zeta 电位为(30.9±8.2) mV,而未修饰的 nHAP 的 Zeta 电位为(-12.5±6.5) mV。这说明合成过 程中精氨酸的加入使得 nHAP 颗粒表面的带电状态发 生根本性的转变,由常规 nHAP 的负 Zeta 电位值变为 Arg-nHAP 的正值。这一变化是因为 Arg-nHAP 颗粒表 面吸附了氨基酸或氨基酸残留物。在随后的研究中, 将设法从 Arg-nHAP 合成的水溶液介质中提取该物 质,并进行标定,进而探讨精氨酸影响 HAP 的水热结 晶行为和表面带电状态的深层次机理。



图 4 pH 值为 7.4 时 Arg-nHAP 的 Zeta 电位曲线 Fig.4 Zeta potential curve of Arg-nHAP at pH of 7.4

2.4 Arg-nHAP 与质粒 DNA 的结合性能

图 5 所示为 Arg-nHAP 与 DNA(pEGFP-N1 质粒) 的复合物琼脂糖凝胶电泳图。检测发现,当 Arg-nHAP



图 5 Arg-nHAP/DNA 复合物的凝胶电泳照片

Fig.5 Electrophoresis photos of Arg-nHAP/DNA composite (M: Marker; 1: Positive control; 2: Mass ratio of Arg-nHAP to DNA 10:1; 3: Mass ratio of Arg-nHAP to DNA 30:1; 4: Mass ratio of Arg-nHAP to DNA 50:1; 5: Mass ratio of Arg-nHAP to DNA 70:1; 6: Negative control

与 pEGFP-N1 质粒质量比分别为 30:1、50:1 和 70:1 时, 其反应上清液在琼脂糖胶电泳图中未发现 DNA 条带, 表明所有的 DNA 已完全与 Arg-nHAP 结合,且 30 µg Arg-nHAP 至少结合 1 µg DNA。采用紫外分光光度计 测定的 260 nm 吸光值也证明了同样的结果。

DNA 与 Arg-nHAP 结合后形成 Arg-nHAP/DNA 复合物,其密度比 DNA 的大。因此,可通过比较离 心前后液体中的 DNA 浓度来判断 DNA 是否与 Arg-nHAP 有效结合。本研究中的 DNA 结合实验显示, Arg-nHAP 与 DNA 质量比为 10:1 时仅结合极少量的 DNA,质量比大于 30:1 的体系中 Arg-nHAP 几乎结合 了全部的 DNA。

2.5 Arg-nHAP 对 DNA 抗核酸酶的保护性能

血清中存在可降解 DNA 的成分,将寡质粒 DNA 与血清在 37 ℃时温育 8 h 后,发现 DNA 已被完全降 解;而 DNA 在与 Arg-nHAP 结合后形成了复合体, 与 5%胎牛血清在 37 ℃时温育 8 h 后,产物琼脂糖胶 电泳结果显示 DNA 条带大小正常,没有脱尾现象(见 图 6)。DNase I 消化实验也证明这一结果。表明 Arg-nHAP 与 DNA 结合后,能有效保护 DNA,使之 不被血清中核酸酶降解。

随 Arg-nHAP 与 DNA 质量比的增大,载体保护 DNA 抗核酸酶的能力相应增加,质量比为 30:1 时, DNA 电泳条带未见被血清或 DNase I 消化的片段。 在负载和保护基因的机制方面,Arg-nHAP 颗粒与多 价阳离子聚合物是一致的。荷正电的 Arg-nHAP 载体 与荷负电的 DNA 通过静电吸引方式结合,浓缩 DNA 缩小整个载体/DNA 复合物体积,从而达到有效结合 并保护 DNA 免遭核酸酶的破坏。



图 6 Arg-nHAP 对 DNA 保护的凝胶电泳照片

Fig.6 Electrophoresis photos showing protection of Arg-nHAP to DNA (M: Marker; 1: pDNA mixed with Arg-nHAP in Dulbecco MEM (DMEM) supplemented with 5% fetal bovine serum; 2: Single pDNA in 5% bovine serum with Dulbecco MEM (DMEM); 3: Single pDNA in 5% fetal bovine serum with Dulbecco MEM (DMEM); 4: Single pDNA in fetal bovine serum)

3 结论

 在水热合成过程中,添加精氨酸有利于获得尺 寸均匀、形貌倾向于粒状的纳米羟基磷灰石颗粒。

2) 精氨酸表面修饰改变 nHAP 表面电荷的电性, 其 Zeta 电位由未修饰的(-12.5±6.5) mV 变为修饰后 的(30.9±8.2) mV。

3) 每 30 质量单位的 Arg-nHAP 可负载至少 1 个 质量单位的质粒 DNA,负载的 DNA 可抵御核酸酶的 溶解。

REFERENCES

- [1] KO Y T, KALE A, HARTNER W C, TORCHILIN V P. Self-assembling micelle-like nanoparticles based on phospholipid-polyethyleneimine conjugates for systemic gene delivery[J]. Journal of Controlled Release, 2009, 133 (2): 132.
- [2] MANGESH C D, MARK R P. Synergistic effect of ultrasound and PEI on DNA transfection in vitro[J]. J Control Release, 2007, 118(1): 126–135.
- [3] 杨亚萍, 樊明文. 壳聚糖介导基因转染效率影响因素的研究 进展[J]. 国际口腔医学杂志, 2008, 35(5): 540-542.
 YANG Ya- ping, FAN Ming-wen. Development in the study of influential factor s associated with gene transfection efficiency mediated by chitosan[J]. International Journal of Stomatology, 2008, 35(5): 540-542.
- [4] TORNEY F, TREWYN B G, LIN V S, WANG K. Mesoporous silica nanoparticles deliver DNA and chemicals into plants[J]. Nat Nanotechnol, 2007, 2(5): 295–300.
- [5] JIN S, LEACH J C, YE K. Nanoparticle-mediated gene delivery[J]. Methods Mol Biol, 2009, 544: 547–557.
- [6] RUAN J M, LIU W D, HUANG K L, YANG J K, WEN Z B, LU H B. Nano-technology applied for early diagnose and therapy of malignant tumor[J]. Journal of Central South University of Technology, 2002, 33(8): 160–165.
- [7] LEGEROS R Z. Properties of osteoconductive biomaterials: calciumphosphates[J]. Clinical Orthopaedics and Related Research, 2002, 395: 81–98.
- [8] AOKI H, AOKI H, KUTSUNO T. An in vivo study on the reaction of hydroxyapatite-sol injected into blood[J]. Journal of Materials Science: Materials in Medicine, 2000, 11: 67–72.
- [9] LIU Z S, TANG S L, AI Z L. Effects of hydroxyapatite nanoparticles on proliferation and apoptosis of human hepatoma BEL-7402 cells[J]. World Journal of Gastroenterology, 2003, 9(9): 1968–1971.
- [10] MATSUMOTO T, OKAZAKI M, INOUE M. Hydroxyapatite

particles as a controlled release carrier of protein[J]. Biomateials, 2004, 25(17): 3807–3812.

- [11] BOONSONGRIT Y, ABE H, SATO K, NAITO M, YOSHIMURA M, ICHIKAWA H, FUKUMORI Y, Controlled release of bovine serum albumin from hydroxyapatite microspheres for protein delivery system[J]. Mater Sci Eng B, 2008, 148: 162–165.
- [12] ZHU Shai-hong, HUANG Bai-yun, ZHOU Ke-chao, HUANG Su-ping, LIU Fang, LI Yi-ming, XUE Zhi-gang, LONG Zhi-gao. Hydroxyapatite nanoparticles as a novel gene carrier[J]. Journal of Nanoparticle Research, 2004, 6(2): 307–311.
- [13] FRAYSSINET P. Bone cell transfection in tissue culture using hydroxyapatite microparticles[J]. Journal of Biomedical Materials Research A, 2006, 79(2): 225–228.
- [14] TAN K, CHEANG P, HO I A W, LAM P Y P, HUI K M. Nanosized bioceramic particles could function as efficient gene delivery vehicles with target specificity for the spleen[J]. Gene

Therapy, 2007, 14: 828-835.

 [15] 孙 虹,蒋 明,朱晒红.用羟基磷灰石纳米粒作内耳基因治 疗新载体的体内外研究[J]. 中华耳鼻咽喉头颈外科杂志, 2008,43(1):51-57.
SUN Hong, JIANG Ming, ZHU Shai-hong. In vitro and in vivo

studies on hydroxyapatite nanoparticles as a novel vector for inner ear gene therapy[J]. Chinese Journal of Otorhinolaryngology Head and Neck Surgery, 2008, 43(1): 51–57.

- [16] BROOKS H, LEBLEU B, VIVES E. Tat peptide-mediated cellular delivery: Back to basics[J]. Advanced Drug Delivery Reviews, 2005, 57(4): 559–577.
- [17] UMEZAWA N, GELMAN M A, HAIGIS M C, RAINES RT, Gellman S H. Translocation of a beta-peptide across cell membranes[J]. Journal of the American Chemical Society, 2002, 124(3): 368–369.

(编辑 龙怀中)