网络出版时间: 2020 - 6 - 29 11:26 网络出版地址: https://kns.cnki.net/kcms/detail/34.1065.R.20200629.1110.001.html ◇基础医学研究◇

# 空心硫化铜颗粒包载阿霉素形成的纳米颗粒 对胰腺癌 BxPC-3 细胞株的杀伤效应

张 聪' 杭立峰' 陈 军' 詹 翔' 金 雷' 余 跃'

摘要 目的 探究空心硫化铜(CuS)颗粒进行包载阿霉素 (DOX),实现化疗药物与光热疗法相结合,从而增强化疗药 物对胰腺癌杀伤效果。方法 合成空心CuS纳米颗粒、PEG 修饰后的纳米颗粒及包载阿霉素后的DOX@PEG-CuS,并对 其材料进行表征。通过将胰腺癌BxPC-3细胞分为四组:不 加颗粒的PBS对照组,游离DOX组,空心CuS组,CuS包载 DOX组。使用电感耦合等离子体质谱(ICP-MS)去检测胰腺 癌细胞对PEG-CuS的摄取情况。采用MTT法及死活染色分 析法检测各实验组对胰腺癌细胞BxPC-3的杀伤效果。结果

成功制备出粒径为 356.3 nm 左右的 CuS 纳米颗粒,使用 PEG 进行表面修饰后,PEG-CuS 纳米颗粒粒径为 209.8 nm 左右。通过 PEG 修饰后的 CuS 纳米颗粒在 10% 血清中是稳 定存在的。ICP-MS 结果显示在第 2 小时(12.95%)、第 4 小 时(20.20%)和第 6 小时时间点(32.98%),胰腺癌细胞对 PEG-CuS 的摄取率随着时间的推移而提高(P < 0.05,t =4.083;P < 0.01,t = 5.889); MTT 法显示通过联合光热疗法 及化疗后,CuS 包载 DOX 组杀伤效果最好,对胰腺癌细胞杀 伤率高达 88.3%,优于单独的 CuS 治疗组的 52.04% 及游离 DOX 组的 45.58% (F = 711.6,P < 0.0001)。结论 通过 PEG 修饰后的空心 CuS 纳米颗粒在 10% 血清中可以稳定存 在,胰腺癌细胞对通过 PEG 修饰后的 CuS 纳米颗粒的摄取 率随着时间的推移而提高,通过光热疗法联合化疗对胰腺癌 细胞可以达到更强的杀伤效果。

关键词 硫化铜; 阿霉素; 纳米药物; 胰腺癌; 光热疗法 中图分类号 R 576

文献标志码 A 文章编号 1000 - 1492(2020)07 - 0987 - 05 doi: 10.19405/j.cnki.issn1000 - 1492.2020.07.001

胰腺癌(pancreatic cancer, PC) 是一种高度恶性的消化道肿瘤,发现时往往已经处于肿瘤晚期,对

2020-04-02 接收

- 基金项目: 国家自然科学基金面上项目( 编号: 31870993); 中央高校 基本科研业务费专项资金资助项目( 编号: WK9110000005)
- 作者单位:<sup>1</sup>安徽医科大学附属省立医院消化内科 ,合肥 230001 <sup>2</sup>中国科学技术大学生命科学学院 ,合肥 230027

作者简介:张 聪,男,硕士研究生;

余 跃,男,主任医师,教授,博士生导师,责任作者,Email: yuyuemd@163.com 于中晚期 PC 临床治疗以化疗为主<sup>[1-2]</sup>。阿霉素作 为一种经典的化疗药物 但在体内容易被清除<sup>[3-5]</sup>。 近年来 纳米载药体系可以增强药物体内循环时间 引起了广泛关注<sup>[6-7]</sup>。

光热疗法(photothermal therapy, PTT) 是利用光 诱导剂在电磁辐射作用下使得肿瘤局部升温从而杀 伤肿瘤细胞的一种新型肿瘤治疗方法,在肿瘤治疗 领域已经取得广泛进展<sup>[8-9]</sup>。在肿瘤治疗过程中, 单独的化疗往往并不理想,已有文献<sup>[10]</sup> 报道通过结 合 PTT 来实现化疗增敏。硫化铜(copper sulphide, CuS) 纳米颗粒作为光热治疗剂引起了广泛的关 注<sup>[11]</sup>。但是由于 CuS 表面积较小难以携载药 物<sup>[12-13]</sup>,该研究旨在通过优化制备方法得到可以携 载阿霉素的空心 CuS 纳米颗粒,同时与 PTT 相结合 进而实现对 PC 细胞的化疗增敏杀伤效果,为胰腺 癌的临床治疗提供进一步的指导。

## 1 材料与方法

 1.1 材料 阿霉素盐酸盐(doxorubicin, DOX) 购 自北京华丰有限公司; BxPC-3 人源 PC 细胞株购自 上海细胞库; 噻唑蓝 [3-(4,5-Dimethylthiazol-2-yl) -2,5-diphenyltetrazolium bromide] 购自美国 Sigma-Aldrich 公司; RPMI-1640 培养基购自美国 Invitrogen 公司; 血清购自美国 Hyclone 公司; 空心 CuS 颗粒由 中国科学技术大学生命科学学院杭立峰博士馈赠。

1.2 方法

1.2.1 纳米颗粒的制备 将制备好的空心 CuS 颗粒及 PEG 按质量比1:1 在水溶液中进行共同孵育 12 h 后,离心即可获得 PEG 修饰的 CuS 颗粒。通过 将 PEG-CuS 颗粒与 DOX 共孵育,采用搅拌等方式 成功将 DOX 包载于空心 CuS 颗粒中。

1.2.2 纳米颗粒粒径及血清稳定性检测 分别将 100 μl 制备好的空心 CuS 颗粒溶液加入到不同的比 色皿中,用动态光散射仪(dynamiclight scatterometer ,DLS) 来检测纳米颗粒尺寸,温度控制在 25 ℃, 重复 3 次测量。为了了解 CuS 及 PEG 修饰后的 CuS 颗粒是否能在血清中稳定存在,将其加入含 10% 胎牛血清的 RPMI-1640 溶液中边孵育边缓慢 搅拌,然后用 DLS 分别检测不同纳米颗粒在相应时 间点的纳米颗粒粒径大小,分析其在血清中稳定性。 1.2.3 细胞培养 人源 PC 细胞系 BxPC-3 使用含 有 1% 的双抗及 10% 的胎牛血清的 1640 培养基进 行培养  $37 \, \, \mathbb{C}_{5\%} \, \mathrm{CO}_2$  温箱进行孵育。当细胞密度 长到培养皿的 70% ~80% 时,使用胰酶(0.25%)进 行消化、传代、种板等。

1.2.4 ICP-MS 检测 PEG-CuS 颗粒摄取情况 Bx-PC-3 细胞种植入 24 孔板中,每孔种植 10 万细胞, 每组设置 3 个平行对照。温箱中孵育 24 h 后 加入 PEG-CuS 颗粒进行孵育。在温箱孵育 2、4、6 h 后取 出培养板 吸去旧的含有颗粒和纳米药物的培养基, 向板中各孔使用 500  $\mu$ l 1 × PBS 缓冲液清洗 3 次 充 分洗去孔板中药物残留。接下来向每孔中加入 200  $\mu$ l 胰酶进行消化 ,CO<sub>2</sub> 温箱孵育 3 ~ 5 min 后终止消 化 ,消化后将其转移至玻璃瓶中,加入硝酸 300 ℃高 温蒸煮 ,反复蒸煮 3 次后,加入王水(浓盐酸:浓硝 酸 = 3:1) 溶解,MILI-Q 进行定容,ICP-MS 进行定 量检测。

1.2.5 MTT 法检测不同纳米药物杀伤 PC 细胞效 果 当 BxPC-3 细胞密度长到培养皿的 70% ~ 80% 左右时,BxPC-3细胞种植入96孔板中,每孔种植 5 000细胞 ,CO2 温箱孵育过夜 ,弃去旧培养基 ,实验 共分为3组,分别是 CuS纳米颗粒组、阿霉素组、 CuS 包载阿霉素组。CuS 组每孔分别加入浓度为 100、50、25、12.5 µg/ml 的 CuS 颗粒; DOX 组分别加 入浓度为 10、5、2.5、1.25 μg/ml 的 DOX; CuS 包载 DOX 采用 100 μg/ml CuS 包载后终浓度为 5 μg/ml 的 DOX 作为治疗初始组,其余各组对半稀释,依次 为 50 µg/ml CuS 包载浓度为 2.5 µg/ml DOX, 25 μg/ml CuS 包载浓度为 1.25 μg/ml DOX ,12.5 μg/ ml CuS 包载浓度为 0.625 μg/ml DOX。每组设置 3 个平行对照,不加任何药物的孔设为空白对照组。 PBS 组 游离 DOX 组 CuS 及 CuS 包载 DOX 组温箱 孵育4h后均给予1064 nm 激光器处理,时间为5  $\min$  功率为 1 W/cm<sup>2</sup>。照射结束后温箱孵育 24 h。 24 h 后,每孔加入 25 μl 5 mg/ml MTT 溶液, 孵育 2 ~4 h 后,弃去旧培养基,每孔加入100 微升 DMSO 混匀 摇床震荡1h后, 酶标仪 488 nm 波长进行检 测。用软件 Excel 2013 和 GraphPad. Prism. V7.0. 处 理测好的对应孔的吸光度(optical density, OD) 值, 计算细胞存活率。细胞存活率(%)=(药物细胞组

OD 值 - 空白对照组 OD 值) /(非光照不加药细胞 组 OD 值 - 空白对照组 OD 值) ×100%。

1.2.6 死活细胞染色法检测不同纳米药物对 PC 细胞杀伤效果 BxPC-3 细胞种植入 24 孔板中,每 孔种植  $1 \times 10^5$  个细胞,实验分为 4 组: PBS 对照组、 CuS 组、游离 DOX 组及 CuS 包载 DOX 组。温箱中 孵育 24 h 后,分别加入浓度为 100  $\mu$ g/ml 的 CuS 颗 粒,浓度为 5  $\mu$ g/ml 的 DOX ,CuS 浓度为 100  $\mu$ g/ml 包载后终浓度为 5  $\mu$ g/ml 的 DOX 组进行孵育。在 温箱孵育 4 h 后,PBS 组,游离 DOX 组,CuS 及 CuS 包载 DOX 组温箱孵育 4 h 后均给与1 064 nm 激光 器处理,时间为 5 min,功率为 1 W/cm<sup>2</sup>。根据死活 染色试剂盒的具体步骤进行死活染色,倒置荧光显 微镜下进行观察。

1.3 统计学处理 采用 SPSS 16.0 进行统计分析, 每组数据均以 x ± s 表示 样本组间变量对比采用 t 检验,三组间变量比较采用单因素方差分析 组间两 两比较采用 LSD 方法。P < 0.05 为差异有统计学意 义。

### 2 结果

2.1 空心 CuS 颗粒的粒径及血清中稳定性 首先 通过 DLS 验证颗粒的粒径位于 356.3 nm 左右,如 图 1A 所示,之后使用 PEG 进行表面修饰后,PEG-CuS 颗粒粒径为 209.8 nm 左右,同时采用透射电镜 对 PEG-CuS 进行表征,如图 1B 所示,PEG 修饰后的 CuS 颗粒约 200 nm 左右,这与 DLS 下的结果相一致 的。为了验证颗粒在体内的稳定性,使用 10% 血清 模拟体内血液循环。通过将 PEG-CuS 颗粒置于 10% 血清中,可以看出颗粒的粒径在一定范围内波 动,可以验证材料血清中稳定存在的,如图 1C 所示。

2.2 ICP-MS 定量分析结果显示 BxPC-3 细胞对纳 米颗粒在6h时间点摄取最多 在 CO<sub>2</sub> 温箱中分别 孵育 2、4、6h后, PEG-CuS 颗粒与 PC 细胞孵育后, 对细胞摄取量进行定量分析后 在 2、4、6h时间点, PC 细胞对 PEG-CuS 的摄取率随着时间的推移而提 高 在 4h时间点(20.20%)摄取率高于 2h时间点 (12.95%)(P < 0.05, t = 4.083),在第6小时时间 点摄取量(32.98%)高于第4小时(20.20%)(P < 0.01, t = 5.889), 差异均具有统计学意义。

2.3 MTT 法显示 CuS 包载阿霉素组在光热情况 下杀伤效果最好 细胞水平上,分别将 BxPC-3 细胞 与 CuS 及 DOX、CuS 包载 DOX 共孵育后进行光照处



A: DLS 检测颗粒的粒径; B: PEG-CuS 电镜图片 ×400 000; C: 两 种颗粒在 10% 血清中的稳定性情况

理(1064 nm ,1 W/cm<sup>2</sup>) ,从 MTT 法及死活染色法去 验证杀伤效果。从图 2 中可以看出 ,CuS 包载阿霉 素 + 光照(100  $\mu$ g/ml CuS 包载浓度为 5  $\mu$ g/ml 的 DOX 组) 这组杀伤效果最好 ,对 PC 细胞杀伤率高达 88.3% ,优于单独的 CuS + 光照治疗组(100  $\mu$ g/ml) 的 52.04% (*F* = 711.6 ,*P* < 0.000 1) 及游离 DOX 组 (5  $\mu$ g/ml) 的 45.58% (*F* = 711.6 ,*P* < 0.000 1) ,差 异具有统计学意义。

2.4 死活细胞染色法检测各治疗组杀伤情况 对 各治疗组细胞通过死活染色试剂盒进行染色,红色 细胞代表死细胞,绿色细胞代表活细胞。如图3所 示,之后通过对图片中细胞存活率进行统计分析得 出结论: CuS 包载 DOX 组杀伤效果最强,优于游离 DOX 组( *P* < 0.000 1 ,*F* = 201.8) 及空心 CuS 组( *P* < 0.000 1 ,*F* = 201.8) 。



图 2 空心 CuS 颗粒及游离 DOX 及 CuS 包载 DOX 对 PC 杀伤情况 A: 游离 DOX 对 PC 细胞的杀伤情况; B: 空心 CuS 颗粒光热治疗 后对 PC 杀伤情况; C: 空心 CuS 颗粒包载 DOX 对 PC 细胞杀伤情况;
D: 5 μg/ml 的 DOX、100 μg/ml 的 CuS 颗粒的光热效果及 100 μg/ml
CuS 颗粒包载 5 μg DOX 对 PC 细胞杀伤情况; 与 CuS@ DOX 比
较: \*\*\*\* P < 0.000 1, ####P < 0.000 1</li>



A: 荧光显微镜拍摄直观图 × 20; B: 死活染色细胞存活率统计 图; 与 CuS@ DOX 比较: \*\*\*\*P < 0.000 1 ,####P < 0.000 1

#### 3 讨论

PTT 是近年来出现的一种有效的肿瘤治疗技术。光热剂被递送到目标细胞或组织,然后通过激光照射将吸收的光能转化为热能,导致癌细胞的热 消融<sup>[14-15]</sup>。CuS 纳米颗粒由于具有稳定的近红外 吸收、低成本和高稳定性等优点,是一类很有前途的 新型光热剂<sup>[16-17]</sup>。

DOX 作为一种经典的杀伤肿瘤的化疗药,虽然 取得了较强的杀伤肿瘤效果,但是也带来了强烈的 毒副作用,从而限制了其在临床治疗中的应用。近 年来,纳米载药体系引起了广泛关注。纳米载药体 系主要通过囊封、包埋、吸附等方式包载临床药物, 包载后可以改善药物水溶性,提高药物的选择性,增 强药物在肿瘤位置富集强度及减少药物对正常组织 的副作用等<sup>[18]</sup>。因此,本研究设计并制备得到空心 CuS 纳米颗粒用于携载化疗药 DOX。细胞水平结 果显示,通过 PEG 修饰后的 CuS 纳米颗粒随着时间 的推移 PC 细胞对其摄取率是提高的。接下来进一 步通过 MTT 和死活染色结果均显示通过化疗与光 热联合后,杀伤效果增强,对 PC 细胞杀伤率高达 88.3%,证明了两种方案结合的有效性。

综上所述,本研究证明了 CuS 纳米颗粒通过其 空心结构成功携载阿霉素,一方面,通过 PEG 修饰 后 PC 细胞对 CuS 摄取率随着时间的推移而提高, 而且有文献报道通过 PEG 修饰后可以实现纳米药 物的血液循环时间延长,并基于肿瘤部位的 EPR 效 应进一步实现肿瘤富集作用<sup>[19]</sup>;另一方面,通过与 PPT 疗法相结合实现了对肿瘤杀伤的化疗增敏作 用。而通过 PEG 修饰的 CuS 纳米颗粒在动物水平 上是否与细胞水平保持一致,有待进一步研究。

#### 参考文献

- [1] Siegel R L , Miller K D Jemal A. Cancer statistics , 2017 [J]. Ca Cancer J Clin , 2017 , 67(1): 7 – 30.
- [2] Chen W , Zheng R , Bssde P D , et al. Cancer statistics in China , 2015 [J]. CA Cancer J Clin , 2016 , 66(2) : 115 – 32.
- [3] Pugazhendhi A, Edison T N J I, Velmurugan B K, et al. Toxicity of doxorubicin( Dox) to different experimental organ systems [J]. Life Sci , 2018, 200: 26 – 30.
- [4] Aktaş Ï ,Özmen Ö , Tutun H , et al. Artemisinin attenuates doxorubicin induced cardiotoxicity and hepatotoxicity in rats [J]. Biotech Histochem , 2020 , 95(2): 121 – 8.
- [5] Chen H , Zheng D , Liu J , et al. pH-sensitive drug delivery system based on modified dextrin coated mesoporous silica nanoparticles [J]. Int J Biol Macromol , 2016 , 85: 596 – 603.
- [6] Kopeckova K , Eckschlager T , Sirc J , et al. Nanodrugs used in cancer therapy[J]. Biomed Pap Med Fac Univ Palacky Olomouc Czech Repub 2019 , 163(2):122 – 31.
- [7] Ling D, Park W, Park S, et al. Multifunctional tumor pH-sensitive self-assembled nanoparticles for bimodal imaging and treatment of resistant heterogeneous tumors [J]. J Am Chem Soc 2014, 136 (15): 5647 – 55.
- [8] Hou X , Tao Y , Pang Y , et al. Nanoparticle based photothermal and photodynamic immunotherapy for tumor treatment [J]. Int J Cancer , 2018 , 143(12): 3050 - 60.
- [9] Young J K , Figueroa E R , Drezek R A. Tunable nanostructures as photothermal theranostic agents [J]. Ann Biomed Eng , 2012 , 40 (2): 438 – 59.
- [10] Sun T M , Du J Z , Yao Y D , et al. Simultaneous delivery of siR-NA and paclitaxel via a "two-in-one" micelleplex promotes synergistic tumor suppression [J]. ACS nano , 2011 , 5 (2): 1483 – 94.
- [11] Cao Q , Guo X , Zhang W , et al. Flower-like Fe7S8/Bi2S3 superstructures with improved near-infrared absorption for efficient chemo-photothermal therapy [J]. Dalton Trans , 2019 , 48 (10) : 3360 - 8.
- [12] Zhou M , Zhang R , Huang M , et al. A chelator-free multifunctional [64Cu] CuS nanoparticle platform for simultaneous micro-PET/

CT imaging and photothermal ablation therapy [J]. J Am Chem Soc , 2010 , 132(43) : 15351 – 8.

- [13] Zha Z , Zhang S , Deng Z , et al. Enzyme-responsive copper sulphide nanoparticles for combined photoacoustic imaging , tumor-selective chemotherapy and photothermal therapy [J]. Chem Comum ,2013 ,49(33): 3455 - 7.
- [14] Liu Y, Bhattarai P, Dai Z, et al. Photothermal therapy and photoacoustic imaging via nanotheranostics in fighting cancer [J]. Chem Soc Rev, 2019, 48(7): 2053 – 108.
- [15] Ye E , Win K Y , Tan H R , et al. Plasmonic gold nanocrosses with multidirectional excitation and strong photothermal effect [J]. J Am Chem Soc , 2011 , 133(22): 8506 – 9.
- [16] Li N , Sun Q , Yu Z , et al. Nuclear-targeted photothermal therapy prevents cancer recurrence with near-infrared triggered copper sul-

fide nanoparticles [J]. ACS Nano , 2018 , 12(6): 5197 - 206.

- [17] Zhou M ,Zhang R ,Huang M , et al. A chelator-free multifunctional [64Cu] CuS nanoparticle platform for simultaneous micro-PET/ CT imaging and photothermal ablation therapy [J]. J Am Chem Soc ,2010 ,132(43): 15351-8.
- [18] Ding F, Li H J, Wang J X, et al. Chlorin e6-encapsulated polyphosphoester based nanocarriers with viscous flow core for effective treatment of pancreatic cancer[J]. ACS Appl Mater Interfaces, 2015, 7(33): 18856-65.
- [19] Fan F , Yu Y , Zhong F , et al. Design of tumor acidity-responsive sheddable nanoparticles for fluorescence/magnetic resonance imaging-guided photodynamic therapy [J]. Theranostics , 2017 , 7 (5): 1290 - 302.

# Doxorubicin-loaded nanoparticles based on hollow copper sulfide for the cytotoxic effects on the pancreatic cancer cell line BxPC-3

Zhang Cong<sup>1</sup> ,Hang Lifeng<sup>2</sup> ,Chen Jun<sup>1</sup> , et al

(<sup>1</sup>Dept of Gastroenterology ,The Affiliated Provincial Hospital of Anhui Medical University ,Hefei 230001; <sup>2</sup>School of Life Sciences and Medical Center , University of Science and Technology of China , Hefei 230027)

Abstract Objective To investigate the cytotoxic effects of doxorubicin( Dox) Hoaded nanoparticles based on hollow copper sulfide( CuS) on the human pancreatic cancer cell line BxPC-3 to achieve the combination of chemotherapeutic drugs and photothermal therapy, and to enhance the killing effect of chemotherapy on pancreatic cancer. Methods Hollow CuS nanoparticles , PEG-modified nanoparticles and DOX@ PEG-CuS nanoparticles were synthesized and characterized. BxPC-3 cells were divided into four groups ,BxPC-3 cells + PBS ,BxPC-3 cells + Free DOX, BxPC-3 cells + PEG-CuS, BxPC-3 cells + DOX@ PEG-CuS. Inductively coupled plasma mass spectrometry was used to detect the cellular uptake of BxPC-3 cells. MTT assay and dead and alive staining assay were used to detect the killing effect of each experimental group on pancreatic cancer cell line BxPC-3. Results CuS nanoparticles with a size about 356. 3 nm were successfully prepared , and after surface modification with PEG , the particle size of the PEG-CuS nanoparticles was about 209. 8 nm. CuS nanoparticles modified by PEG are stable in 10% serum. The results of ICP-MS showed that PEG-CuS uptake rate of pancreatic cancer cells increased with the incubation time at 2 h(12.95%), 4 h(20.20%) and 6 h(32.98%) (P < 0.05 t = 4.083; P < 0.01 t = 5.889). The results of MTT method showed after combined photothermal therapy and chemotherapy, the doxorubicin-loaded CuS had the best killing effect, and the killing rate of pancreatic cancer cells was up to 88.3%, which was better than 52. 04% of the CuS treatment group alone (F = 711.6, P < 0.0001) and 45. 58% of the free Dox group (F = 711.6, P < 0.0001) 711.6 P < 0.0001). Conclusion The hollow copper sulfide particles modified by PEG can be stably present in 10% serum. The uptake rate of CuS nanoparticles increases with time after PEG modification. Photothermal therapy combined with chemotherapy can achieve a higher killing effect on pancreatic cancer cell line BxPC-3. Key words copper sulphide; doxorubicin; nanomedicine; pancreatic cancer; photothermal therapy