文章编号: 1007-4627(2015)04-0473-06

替拉扎明-金纳米粒子复合物对人肝癌HepG2细胞的 辐射增敏效应研究

刘 玺^{1,2,3}, 刘 岩^{1,2,3}, 陈卫强^{1,2}, 李 强^{1,2}

(1. 中国科学院近代物理研究所, 兰州 730000; 2. 甘肃省重离子束辐射医学应用基础重点实验室, 兰州 730000;

3. 中国科学院大学, 北京 100049)

摘要:将替拉扎明(TPZ)与聚乙二醇包被的金纳米粒子(PEG-GNP)偶联,形成新型替拉扎明-金纳米粒子复合物(TPZ-PEG-GNP)。利用酶标仪获得TPZ-PEG-GNP在200~800 nm范围内的紫外-可见光吸收光谱;采用电感耦合等离子体质谱(ICP-MS)检测TPZ-PEG-GNP在人肝癌HepG2细胞中的摄取量;MTT法检测TPZ-PEG-GNP对HepG2细胞增殖活力的影响;香豆素-3-羧酸(3-CCA)羟自由基探针检测X射线和碳离子辐照下TPZ-PEG-GNP在水中的羟自由基辐射增强效应;克隆形成法检测X射线及碳离子辐照下TPZ-PEG-GNP对HepG2细胞的辐射增敏效应。实验结果表明:TPZ-GK联到PEG-GNP上形成的TPZ-PEG-GNP对HepG2细胞基本无毒;在有氧条件下,TPZ-PEG-GNP在水中显著增加X射线和碳离子辐照下的羟自由基产额,对HepG2细胞具有明显的辐射增敏效应;在X射线及碳离子辐照下10%存活水平时,TPZ-PEG-GNP对HepG2细胞的辐射增敏比分别为1.23和1.47。

关键词: 替拉扎明; 金纳米粒子; 人肝癌HepG2细胞; 辐射增敏效应

中图分类号: Q691 文献标志码: A **DOI**: 10.11804/NuclPhysRev.32.04.473

1 引言

越来越多的研究表明,肿瘤中的乏氧肿瘤细胞对于射线和传统的抗癌药物具有一定的抗性,从而使得放疗和化疗的效果大打折扣^[1];因而,肿瘤乏氧增敏药物日益受到人们的关注,其在临床上的研究和应用正在逐步深入。目前,临床上常用的肿瘤乏氧增敏剂有 Misonodaxole、Etanidacole、AK-2123、吉西他滨、顺铂、甘氨双唑钠和替拉扎明 (TPZ)^[2]等。

TPZ是一种人工合成的,并由乏氧充分激活的前体药物。它在乏氧状态下能优先形成细胞毒素并产生致 DNA 损伤的自由基,从而达到杀死乏氧肿瘤细胞的目的^[2-5]。TPZ在乏氧状态下产生的自由基要比有氧状态下高 50~3004 倍^[6],这显示出它对乏氧细胞具有更强的增敏效应,同时对有氧细胞也具有一定的增敏效应。

金纳米粒子 (GNP) 是一种新型的纳米材料,具有 尺寸小、分散性好、稳定性强等优点,因而具有良好的 生物相容性^[7]。同时,金纳米粒子用途广泛,既可以作为成像材料来指示肿瘤存在的部位^[8],也可以作为药物运载工具增强药物的靶向特异性^[9],又可作为辐射增敏剂用于肿瘤治疗^[10-11]。

本文将TPZ与聚乙二醇包被的金纳米粒子(PEG-GNP)进行偶联形成新型的替拉扎明-金纳米粒子复合物(TPZ-PEG-GNP),研究TPZ-PEG-GNP对HepG2细胞系的毒性,并在有氧状态下,在水及HepG2细胞中探讨X射线和碳离子照射下TPZ-PEG-GNP的自由基产额增强及细胞辐射增敏效应。

2 材料与方法

2.1 材料与仪器

HAuCl₄·3H₂O (购买自陕西凯达化工公司); 柠檬酸三钠 (购买自天津科密欧化学试剂公司); 甲氧基聚乙二醇硫醇 (mPEG-SH)(购买自中国厦门赛诺邦格生物科技公司); 超纯水系统(购买自香港Heal Force公司); 硫

收稿日期: 2014-12-11; 修改日期: 2015-01-15

基金项目: 国家重点基础研究发展计划项目(973计划) (2010CB834203); 国家自然科学基金委员会-中国科学院大科学装置联合基金资助项目(U1232207); 国家自然科学基金资助项目(11205217); 甘肃省杰出青年基金项目(1111RJDA010)

作者简介: 刘玺(1990-), 男,河南南阳人,硕士研究生,从事重离子放射生物学基础研究; E-mail: liuxi@impcas.ac.cn

通信作者: 李强, E-mail: liqiang@impcas.ac.cn。

辛酰替拉扎明(由天津国际生物医药联合研究院提供); 甲醇(购买自天津利安隆博华医药化学公司); 二甲基 亚砜(DMSO, 99.9%)(购买自美国Sigma-Aldrich公司); [3(4, 5-二甲基(噻唑-2-亚基)-2, 5-二苯基-2H-四唑溴 化物; 噻唑蓝](MTT, 购买自美国SPECTRUM公司); 香豆素-3-羧酸(3-CCA, 97%)(购买自北京J&K化学公 司); 改良型 1640 培养基、胎牛血清、100 U/mL 的青 霉素和100 μg/mL 的链霉素(均购买自美国Hyclone 公司);培养瓶、35和60 mm的培养皿(均购买自美 国CORNING公司); 96孔板、Multiskan Spectrum全 波长酶标仪(均购买自美国Thermo公司); ICP-MS(购 买自美国BD公司);人肝癌HepG2细胞系(由甘肃省 肿瘤医院提供)。

2.2 15 nm 的 PEG-GNP 及TPZ-PEG-GNP的 合成

960 mL 的超纯水; 10 mL, 1%的HAuCl₄·3H₂O 加入到三口烧瓶中,加热至煮沸;快速加入30 mL, 1%的柠檬酸钠溶液,煮沸30 min; 自然冷却至室温 后,加入10 mL,1 mg/mL的mPEG-SH,搅拌4 h; 8000 rpm, 离心30 min; 用超纯水纯化后, 再次离 心、冲洗,重复3次,制成浓缩液[12-13]。用ICP-MS 检测 PEG-GNP 的浓度。

向锥形瓶中加入165 mL的超纯水和6 mL, 770 μg/mL 的 15 nm 的 PEG-GNP; 缓慢加入含 14 mg 硫辛酰 TPZ 的甲醇溶液 30 mL, 室温搅拌 6 h; 8000 rpm, 离心30 min; 先用甲醇纯化, 离心, 再用超纯 水纯化离心3次,制成浓缩液。用ICP-MS检测TPZ-PEG-GNP 的浓度。

2.3 紫外-可见光吸收光谱测定

分别取 200 μL 的 TPZ, PEG-GNP 和 TPZ-PEG-GNP溶液加入96孔板中,利用酶标仪扫描200~800 nm 的光谱曲线:波长步进为 2 nm,每个样品扫描3次; 以波长为横坐标,吸光度值为纵坐标,取3次吸光度值 的平均值为样品的最终紫外-可见光吸收光谱数据。

2.4 细胞培养

人肝癌 HepG2 细胞在含有10% 胎牛血清、100 U/mL的青霉素、100 μg/mL的链霉素的改良型1640 培养基中培养,置于37℃、湿度饱和的5% CO2培养 箱中培养;期间用0.25%的胰酶传代消化。

2.5 PEG-GNP与TPZ-PEG-GNP在HepG2细 胞中的摄取量检测

将对数生长期的HepG2细胞接种到T-75培养瓶 中,每瓶 3×10^6 个细胞,培养24h后,分别加入2,5, 10, 20 和 30 μg/mL 的 PEG-GNP 和 TPZ-PEG-GNP; 共培养24 h 后,弃去含GNP的培养基,酶解并计算细 胞密度; 1500 rpm, 离心10 min; 超声波裂解细胞后, 12000 rpm, 离心 25 min; 弃去上清液, 烘干后用王水 溶解、超纯水稀释定容,用ICP-MS测量GNP含量。 用测得的GNP含量除以总的细胞数量,就可得到平均 细胞摄取量。

2.6 PEG-GNP 与 TPZ-PEG-GNP 的水溶液经 X射线和碳离子辐照后的羟自由基增强效应

称取38 mg的3-CCA,溶于10 mL的PBS中,超 声溶解并过滤,加入14 μL的DMSO,再用PBS稀释10 倍;接着分别用超纯水、100 μg/mL的PEG-GNP 和TPZ-PEG-GNP稀释10倍。将上述三种溶液分别 分装到直径为35 mm的培养皿中,每个皿1 mL,用50 kVp的X射线(0.57 Gy/min)分别照射0,1,2,3,4, 5和6 Gy; 同时将上述三种溶液分别装到96 孔板中, 每孔加365 μL, 用LET= 30 keV/μm 的碳离子(0.1 Gy/min) 分别照射 0, 1, 2 和 3 Gy。

将照射后的溶液转移至1.5 mL的离心管中,离 心 12 000 rpm×25 min, 取出上清液, 加到 96 孔板中。 在酶标仪中设置激发光为395 nm, 发射光为442 nm, 检测其荧光强度。

用公式 $Y = X_i/X_0$ 来计算辐照后水中的羟自由基 产额,其中X_i指某剂量下加PEG-GNP或TPZ-PEG-GNP 辐照后的荧光强度变化, X_0 指某剂量下未加 PEG-GNP 或TPZ-PEG-GNP 辐照后的荧光强度变

用SPSS软件对实验结果进行单因素方差分析,观 察两种GNP水溶液经辐射后的羟自由基增强效应是否 具有差异显著性。

2.7 细胞毒性检测

采用MTT法检测细胞增殖活力来判断PEG-GNP 和TPZ-PEG-GNP 对细胞的毒性。将对数生长 期的HepG2细胞接种到96孔板中(每孔10000个细 胞), 培养24 h 后分别加入0, 1, 2, 5和10 μg/mL 的PEG-GNP和TPZ-PEG-GNP溶液(以培养基为溶 剂);分别共培养24,48和72h后,弃去含药培养基, 加入含MTT 的培养基; 培养4 h 后弃去培养基, 加 入DMSO溶解,高速震荡10 min。用酶标仪在570 nm

处检测各孔的吸光度值 (OD)。根据以下公式计算细胞增殖活力:

增殖活力 =
$$\left(\frac{\text{实验组OD值-调零组OD值}}{\text{对照组OD值-调零组OD值}}\right) \times 100\%$$
。

用 SPSS 软件对实验结果进行双因素方差分析,观察两种 GNP 在不同浓度和时间下的处理结果之间是否具有差异显著性。

2.8 细胞克隆存活实验

将对数生长期的 HepG2 细胞接种到直径为 35 mm 的培养皿中,每个皿种 10 万个细胞,培养 24 h 后,分别加入 10 μ g/mL 的 PEG-GNP 和 TPZ-PEG-GNP 溶液 (以培养基为溶剂),共培养 24 h 后弃去含 GNP 的培养基,用 50 kVp 的 X 射线 (0.57 Gy/min) 分别照射 0,1,2,3,4 和 6 Gy;同时将对数生长期的HepG2细胞接种到底面积为25 cm²的培养瓶中,每个瓶中种 10万个细胞,培养 24 h 后,分别加入 10 μ g/mL 的 PEG-GNP 和 TPZ-PEG-GNP 共培养 24 h,然后弃去 GNP,用 LET= 30 keV/ μ m 的碳离子射线 (0.1 Gy/min) 分别照射 0,1,2,3 和 5 Gy。

然后将照射后的细胞接种到直径为60 mm的培养皿中,培养两周,弃去培养基,PBS冲洗,用结晶紫染色30 min后,计算克隆数量(超过50个细胞的克隆认为是一个存活细胞)。用克隆数除以接种的细胞数,可得到每个培养皿中细胞的存活率(SF),用照射组的细胞存活率除以非照射组(对照组)的细胞存活率,就可得到某一剂量的细胞存活率。

用 SPSS 软件对实验结果进行单因素方差分析,观察两种 GNP 共培养的细胞在 SF = 10% 的辐射增敏效应是否具有差异显著性。

3 结果

3.1 紫外-可见光吸收光谱

如图1所示,单纯的硫辛酰TPZ的吸收波长在270 nm 处有个苯环特征峰,而金纳米粒子直径为15 nm 的PEG-GNP的吸收波长在522 nm 处有显著的特征峰。TPZ与PEG-GNP连接后,产物TPZ-PEG-GNP的吸收波长在264 nm 处有个较明显的特征肩峰,可归属于苯环的特征峰,吸收波长在526 nm 处的吸收峰可以归属于GNP特征等离子吸收峰。虽然TPZ与PEG-GNP连接后特征峰位置出现微弱偏移,但是紫外吸收光谱证实TPZ确实连接到了PEG-GNP纳米粒子上,形成了新的复合物。

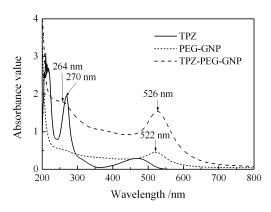


图 1 TPZ, PEG-GNP和TPZ-PEG-GNP的紫外-可见光 (200~800 nm)吸收光谱

3.2 PEG-GNP与TPZ-PEG-GNP在HepG2细胞中的摄取量

PEG 包被的 GNP 在血清和细胞内有很高的稳定性,如图 2 所示,从 2 μ g/mL 到 30 μ g/mL 的共培养浓度中,PEG-GNP 在 HepG2 细胞中的的摄取量稳步提高,当用 2 ~ 30 μ g/mL TPZ-PEG-GNP 共培养 HepG2 细胞后,发现其对应浓度下的摄取量都高于 PEG-GNP 的摄取量,这说明了 TPZ 的存在增加了 GNP 的靶向特异性。

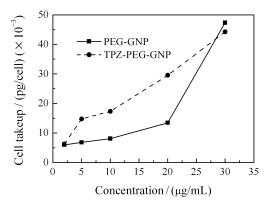


图 2 不同浓度的PEG-GNP和TPZ-PEG-GNP与HepG2 细胞共培养24 h后,细胞对PEG-GNP和TPZ-PEG-GNP的摄取量

3.3 水中TPZ-PEG-GNP的羟自由基辐射增强效应

与不加 GNP 的对照组相比,添加了 10 μg/mL 的 PEG-GNP 实验组经X射线和碳离子辐照后,其产生的羟自由基产量分别是对照组的 0.594 ~ 1.646 和 0.430 ~ 1.199倍,结果如图 3(a) 所示。当添加了 10 μg/mL 的 TPZ-PEG-GNP 后,水溶液经辐照后其产生的羟自由基产量分别是对照组的 1.054 ~ 3.159 和 2.294 ~ 4.366 倍。结果表明,TPZ 的引入提高了 X 射线和碳离子辐照产生的自由基产额。

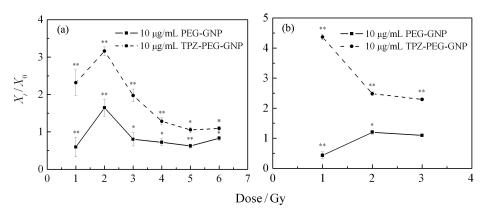


图 3 PEG-GNP和TPZ-PEG-GNP的水溶液经X射线(a)和碳离子(b)辐照后的羟自由基产额增强比(统计学分析,P=0.05和0.01)

3.4 TPZ-PEG-GNP对HepG2细胞的毒性

从图 4(a) 中可以看出,1 和 2 μg/mL 的 PEG-GNP 对 HepG2 细胞无毒性,5 μg/mL的PEG-GNP抑制作用 在15%以内,10 μg/mL的PEG-GNP的抑制作用在 24 h 最高,达到 25%;同时随着共培养时间的增加,

其细胞毒性逐渐减小;图 4(b)显示,1和 2 $\mu g/mL$ 的 TPZ-PEG-GNP 对 HepG2 细胞基本 无抑制作用,5和 10 $\mu g/mL$ 的 TPZ-PEG-GNP 对 HepG2 细胞的毒性都在 20% 以内,且时间越长,其细胞毒性越弱。对比结果显示:TPZ-PEG-GNP 对 HepG2 细胞的毒性相对较低,即使在较高浓度时,细胞也能保持较高的活性。

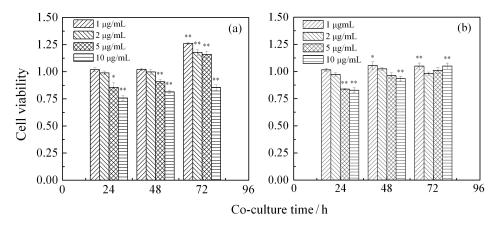


图 4 不同浓度的PEG-GNP(a)和TPZ-PEG-GNP(b)分别与HepG2细胞共培养24,48和72 h后的细胞活性(统计学分析,P=0.05和0.01)

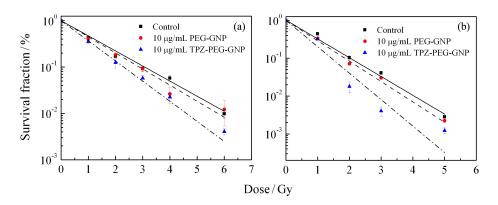


图 5 (在线彩图) X射线(a)和碳离子(b)辐照各组HepG2细胞的存活曲线

3.5 TPZ-PEG-GNP对HepG2细胞的辐射增敏 效应

如图 5 所示, $10 \mu g/mL$ 的 TPZ-PEG-GNP 在各个剂量点处的细胞存活率均低于对照组和 PEG-GNP 组,且随着辐射剂量的增加,这种差异越来越明显。TPZ-PEG-GNP 和 PEG-GNP 对 HepG2 细胞的辐射增敏效应如图 5 中拟合的存活曲线所示,经计算得到,在 SF=10% 时,X射线辐照下 TPZ-PEG-GNP 和 PEG-GNP 对 HepG2 细胞的放射增敏比分别为 1.23 和 1.05,而碳离子辐照下 TPZ-PEG-GNP和 PEG-GNP对 HepG2 细胞的放射增敏比分别为 1.47和 1.13。经单因素方差分析发现,两种不同射线辐照下,TPZ-PEG-GNP组与对照组和 PEG-GNP组都具有极显著性差异 (P < 0.01),PEG-GNP组与对照组具有显著性差异 (P < 0.05)。

4 讨论与结论

GNP 的辐射增敏特性与其自身的物理和化学性 质密切相关,之前我们曾研究过15 nm 的柠檬酸钠包 被的GNP对HeLa细胞的辐射增敏效应,发现其在50 kVp 的 X 射线和 LET 为 70 keV/μm 的碳离子辐照下 对HeLa细胞具有辐射增敏效应。而且我们也发现,柠 檬酸钠包被的 GNP 容易在培养基和细胞内发生聚集, 不易进入细胞核内;同时我们曾尝试用TPZ去连接柠 檬酸钠包被的 GNP, 以增强 GNP 的靶向性和辐射增敏 性,结果发现两者虽然能连接上,但是GNP却发生了聚 沉。鉴于上述原因,我们选择 PEG 包被 GNP。当 PEG 包被 GNP 后, GNP 的亲水半径就会增加, 使得表面电 势降低,增加了GNP的稳定性;同时由于PEG保护 层的存在,可有效降低Au与DNA的相互作用而造 成的细胞损伤,从而降低 GNP 的毒性[14-15]。本文采 用TPZ 偶联 PEG-GNP, 经过全波长酶标仪扫描和吸 光度值对比分析,发现TPZ确实与PEG-GNP进行了 偶联,TPZ偶联的数量及与PEG-GNP结合的方式还 需要进一步的分析。

TPZ是一种对乏氧肿瘤细胞具有特异选择性的抗癌药物,我们使用TPZ包被PEG-GNP,利用电离辐射与GNP相互作用产生次级电子和俄歇电子,其中一些电子被TPZ捕获后经细胞内相关酶的单电子还原作用而产生自由基,进而放大电离辐射形成自由基的产额,提高对肿瘤组织细胞的辐射增敏效应。从克隆存活实验的结果来看,TPZ-PEG-GNP组相比于对照组有明显的辐射增敏效应,但是PEG-GNP组的增敏效应不太明显,这与之前其他人报道的实验结论有些出

入 $^{[14-15]}$,其原因可能与处理的肿瘤细胞品系的特性有关,也可能与共培养的浓度 $^{[16]}$ 、时间以及射线的品质有关 $^{[17-20]}$ 。

由于TPZ 对乏氧肿瘤细胞具有特异选择性,如果用TPZ-PEG-GNP 处理乏氧肿瘤细胞,预计将会增加TPZ-PEG-GNP 的细胞摄取量,其辐射增敏效应可能会提高一定比例,这将是我们今后研究的方向;同时,如何使PEG-GNP 偶联更多的TPZ,提高细胞对TPZ-PEG-GNP的摄取量,也是将来不断改进的方向。

本实验在氧存在条件下研究了TPZ 偶联15 nm的PEG-GNP形成的TPZ-PEG-GNP复合物在水中受辐照后的羟自由基增强效应,及对HepG2细胞的毒性和放射增敏效应。结果表明,TPZ-PEG-GNP在有氧条件下能显著提高水中羟自由基的产额,对HepG2细胞的毒性很小,同时具有显著的辐射增敏效应。这些研究表明,TPZ和GNP在辐射增敏方面具有很大的研究空间和应用价值。

参考文献:

- MARIA V P, MING J, WILLIAM D B. Basic&Clinical Pharmacology&Toxicology, 2011, 108: 396.
- [2] BROWN J M. J Cancer, 1993, **67**: 1163.
- [3] BO H, VIVIAN W Y, EDWIN P H, et al. Invest New Drugs, 2011, 29: 401.
- [4] MUSTAFA B, PAWEL J, GOUTAM C, et al. J AM CHEM SOC, 2003, 125: 11607.
- [5] ZHANG M, STEVENS G. Melanoma Research, 1998, 8: 0960.
- [6] REDDY S B, WILLIAMSON S K. Expert Opin Investig Drugs, 2009, 18: 77.
- [7] ZHANG S X, GAO Junfang, BUCHHOLZ T A, et al. Biomed Microdevices, 2009, 11: 925.
- [8] DORSEY J F, SUN L, JOH D Y, et al. Thansl Cancer Res, 2013, 2: 280.
- [9] BAO Quanying, GENG Dongdong, XUE Jingwei, et al. International Journal of Pharmaceutics, 2013, 446: 112.
- [10] HAINFELD J F, SLATKIN D N, SMILOWITZ H M. Phys. Med. Biol, 2004, 49: N309.
- [11] HAINFELD J F, DILMANIAN F A, ZHONG Zhong, et al. Phys. Med. Biol, 2010, 55: 3045.
- [12] ZHANG X D, WU D, SHEN X, et al. Biomaterials, 2012, 33: 6408.
- [13] LIU Chijen, WANG Changhai, CHEN Shintai, et al. Phys Med Biol, 2010, 55: 931.
- [14] ZHANG Xiaodong, SONG Shasha, CHEN Jie, et al. International Journal of Radiation Medicine and Nuclear Medicine, 2014, 38: 1. (in Chinese)
 (张晓东,宋莎莎,陈婕,等. 国际放射医学核医学杂志, 2014, 38:

- 1.)
- [15] LIU Chijen, WANG Changhai, CHIEN C C, et al. Nanotechnology, 2008, 19: 295104.
- [16] NI Xinye, QIAN Nong, LIN Tao, et al. Chin J Radiol Med Prot, 2013, **33**: 3. (in Chinese) (倪昕晔, 钱农, 林涛,等. 中华放射医学与防护杂志, 2013, **33**: 3.)
- [17] WANG Xufei. Chinese Journal of Medical Physics, 2012, 3:
- 3337. (in Chineses) (王旭飞. 中国医学物理学杂志, 2012, **3**: 3337.)
- [18] CHANG Mengya, SHIAU A L, CHEN Yuhuang, et al. Cancer Sci, 2008, 99: 1479.
- [19] LECHTMAN E, CHATTOPADHYAY N, CAI Z, et al. Phys Med Biol, 2011, 56: 4631.
- [20] POLF J C, BRONK L F, DRIESSEN W P, et al. Applied Physics Letters, 2011, 98: 193702.

Radiosensitizing Effect of Tirapazamine-Gold Nanoparticle Compound on Human Hepatoma HepG2 Cells

LIU Xi^{1,2,3}, LIU Yan^{1,2,3}, CHEN Weiqiang^{1,2}, LI Qiang

 $({\it 1.\ Institute\ of\ Modern\ Physics,\ Chinese\ Academy\ of\ Sciences,\ Lanzhou\ 730000,\ China;}$

 Key Laboratory of Heavy Ion Radiation Biology and Medicine of Chinese Academy of Sciences, Lanzhou 730000, China;

3. University of Chinese Academy of Sciences, Beijing 100049, China)

Abstract: Tirapazamine (TPZ) was conjugated with polyethylene-glycol-coated gold nanoparticles (PEG-GNP) to form new tirapazamine-gold nanoparticle compounds (TPZ-PEG-GNP). UV-vis absorption spectrum of TPZ-PEG-GNP at wavelengths from 200 to 800 nm was measured with a microplate reader. The kinetics of TPZ-PEG-GNP uptake by human hepatoma HepG2 cells was determined using inductively coupled plasma mass spectrometry (ICP-MS). To evaluate the cellular toxicity of TPZ-PEG-GNP, the effect of TPZ-PEG-GNP on HepG2 cell viability was examined by means of the MTT method. Moreover, the radiation enhancement effect of hydroxide radical production in ultra-pure water with TPZ-PEG-GNP exposed to X-rays and carbon ions was investigated using coumarin-3-carboxylic acid (3-CCA) as the free radical probe. More importantly, the radiosensitizing effect of TPZ-PEG-GNP on HepG2 cells irradiated with X-rays and carbon ions was assessed with the clonogenic survival assay. Our experimental results indicate that TPZ-PEG-GNP had nearly no toxicity to HepG2 cells. The yield of hydroxide radicals in ultra-pure water in the presence of TPZ-PEG-GNP after exposure to X-rays and carbon ions increased obviously and an obvious radiosensitizing effect of TPZ-PEG-GNP on HepG2 cells was observed under aerobic conditions. The radiation enhancement ratio of TPZ-PEG-GNP on HepG2 cells exposed to X-rays and carbon ions was 1.23 and 1.47 at 10% survival level.

Key words: tirapazamine; gold nanoparticles; human hepatoma HepG2 cell; radiosensitizing effect

Received date: 11 Dec. 2014; Revised date: 15 Jan. 2015

Foundation item: National Basic Research Program of China (973 Program) (2010CB834203); NSFC-CAS Joint Fund for Research based on Large-scale Scientific Facilities (U1232207); National Natural Science Foundation of China (11205217); Gansu Provincial Funds for Distinguished Young Scientists (1111RJDA010)

 $\begin{tabular}{ll} \textbf{Corresponding author: LI Qiang, E-mail: liqiang@impcas.ac.cn.} \\ \end{tabular}$