DOI:10.16781/j.0258-879x.2017.06.0715

# ・专题报道・

# 一种用于前列腺癌细胞体外检测生物导航纳米探针的制备

韩 俊<sup>1</sup>,周 雪<sup>1</sup>,吴一凡<sup>1</sup>,陈炳地<sup>1\*</sup>,崔 征<sup>1,2</sup>,时东陆<sup>1,3</sup>
1.同济大学医学院生物医学工程与纳米科学研究院,上海 200092
2. 维克森林大学医学院病理系,温斯顿-塞勒姆 NC28780
3. 辛辛那提大学工程与应用科学学院机械与材料工程系,辛辛那提 OH45221-0012

[摘要] **1** 6 制备一种用于对人前列腺癌 PC3 细胞进行体外检测的粒细胞靶向介导的磁性-荧光纳米探针。 方法 制备以 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub> 为核、表面包被 SiO<sub>2</sub> 和异硫氰酸罗丹明的具有磁性且携带红色荧光的纳米材料,将其与正常人 外周血粒细胞按不同比例混合,分别孵育不同时间以检测纳米材料对粒细胞的毒性。选择最佳比例将纳米材料和粒细 胞体外结合,得到粒细胞靶向介导的磁性-荧光纳米探针;将 PC3 细胞与正常人全血细胞分别以不同比例混合,加入上 述探针,于荧光显微镜下观察探针的靶向情况。结果 在实验所用的浓度和作用时间范围内,制备的纳米探针对粒细 胞存活率无明显影响。镜下可见纳米探针在 PC3 细胞周围富集,形成"花瓣样"结构,而全血细胞周围无探针富集。 结论 本研究制备的磁性-荧光纳米探针不会对粒细胞本身产生明显毒性,利用粒细胞对肿瘤细胞的生物靶向作用可 使纳米探针有效地靶向检测肿瘤细胞。

[关键词] 前列腺肿瘤;前列腺癌细胞;纳米探针;粒细胞;靶向递送

[中图分类号] R 730.49; R 737.25 [文献标志码] A [文章编号] 0258-879X(2017)06-0715-05

## Preparation of a new bio-navigation nanoprobe used for prostate cancer cell detection in vitro

HAN Jun<sup>1</sup>, ZHOU Xue<sup>1</sup>, WU Yi-fan<sup>1</sup>, CHEN Bing-di<sup>1\*</sup>, CUI Zheng<sup>1,2</sup>, SHI Dong-lu<sup>1,3</sup>

1. Institute for Biomedical Engineering & Nano Science, Tongji University School of Medicine, Shanghai 200092, China

2. Department of Pathology, Wake Forest University School of Medicine, Winston-Salem NC28780, USA

3. Materials Science and Engineering Program, Department of Mechanical and Materials Engineering, College of Engineering and Applied Science, University of Cincinnati, Cincinnati OH45221-0012, USA

**[Abstract] Objective** To prepare a granulocyte targeting-mediated magnetic-fluorescent nanoprobe for detecting prostate cancer PC3 cells *in vitro*. **Methods** The nanometer materials with magnetic and red fluorescence, which were prepared using Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub> as the core, and SiO<sub>2</sub> and rhodamine isothiocyanate as the shell, were mixed with normal human peripheral blood granulocytes in different proportions, and co-incubated for different periods to examine the toxicity of nanometer materials to granulocytes. The best proportion was selected to combine the nanometer materials and granulocytes *in vitro*. Finally we obtained the granulocyte targeting-mediated magnetic-fluorescent nanoprobes. We mixed PC3 cells and normal human whole blood cells in different proportions, added the nanoprobes, and then observed the targeting situation of the nanoprobes under a fluorescence microscope. **Results** The nanoprobe had no obvious influence on the survival rate of granulocytes at different concentrations and action times set in this study. The nanoprobes were enriched around the PC3 cells with a "petal-like" structure, but the peripheral blood cells were not enriched by probes. **Conclusion** The magnetic-fluorescent nanometer materials prepared in this study have no toxicity to granulocytes, and it can effectively detect tumor cells by the biological targeting effect of granulocytes on tumor cells.

**[Key words]** prostatic neoplasms; prostate cancer cells; nanoprobe; granulocytes; targeted delivery

[Acad J Sec Mil Med Univ, 2017, 38(6): 715-719]

[收稿日期] 2017-05-10 [接受日期] 2017-05-31

[基金项目] 国家自然科学基金(31671029),2016 国家大学生创新训练项目(1500107123/001). Supported by National Natural Science Foundation of China (31671029) and 2016 National Undergraduate Innovation Training Program (1500107123/001).

[作者简介] 韩 俊,临床医学本科生. E-mail: 1085329904@qq. com

\* 通信作者 (Corresponding author). Tel: 021-65981952, E-mail: inanochen@tongji.edu.cn

恶性肿瘤是威胁人类健康的一大杀手[1-3]。大 量的临床研究和数据表明,通过某些先进医疗手段 实现肿瘤的早发现、早诊断并进行科学有效的干预, 可使患者的5年生存率及生活质量都有一定程度的 提高[4]。为实现肿瘤的早筛早检,在血液中寻找到 带有特异性肿瘤标志物的循环肿瘤细胞(circulating tumor cell,CTC)不失为一种安全有效的方法<sup>[5]</sup>。 近年来,纳米技术在肿瘤早期诊断中,尤其是 CTC 检测中应用广泛。纳米材料的优化(结构可控、表面 功能化),以及微流控技术和纳米器件方面的突破, 大大提高了 CTC 的富集率和检测灵敏度。2013 年,Nature 杂志将 CTC 纳米检测列为最具创新性 和转化潜力的肿瘤诊断新方法<sup>[6]</sup>。然而传统纳米技 术的难点在于难以寻找到高特异性的肿瘤标志物, 目纳米标志物普遍缺少对肿瘤细胞的靶向驱动能 力,针对某种肿瘤标志物的特异性又与针对不同肿 瘤广谱性的特征相矛盾[7]。此外,以往的纳米靶向 功能通过基于纳米材料构建肿瘤细胞的特异性抗体 实现,然而这些抗体的表达会在肿瘤细胞转移过程 中发生变化,从而造成 CTC 检测结果假阴性[8]。因 此,我们试图寻找一种新的纳米靶向方法,设计出兼 具靶向驱动能力和普适性的纳米探针进行肿瘤细胞 的早期检测。崔征等[9-11]在实验中偶然发现一只抗肿 瘤小鼠,通过对其抗肿瘤机制的研究发现粒细胞对肿 瘤病灶具有极强的主动趋向能力。利用粒细胞的这 一特性,我们将其作为纳米荧光标志物的活性载体, 设计新型磁性-荧光纳米异质结构用于标记粒细胞, 使纳米探针发挥自动生物导航功能,从而实现对痕量 肿瘤细胞的识别、磁富集和定量、可视化分析。

### 1 材料和方法

1.1 试剂与仪器 氯化高铁(FeCl<sub>3</sub> · 6H<sub>2</sub>O)、氨水 (NH<sub>3</sub> · H<sub>2</sub>O)、浓盐酸(HCl, 37%)、无水乙醇购自 国药集团化学试剂有限公司;乙二醇、乙酸钠 (NaAc)、正硅酸乙酯(TEOS)、3-氨丙基三乙氧基硅 烷(APTES)和异硫氰酸罗丹明(RITC)购自 Sigma-Aldrich 公司;实验过程中的二次水(DIW, 18.2 M $\Omega$  · cm)由实验室 Thermo Easypure [] UF System 自制。

电子分析天平(BS 124 S, Sartorius 德国)超声 波清洗器(KQ-400KDE,昆山市超生仪器有限公 司),电动搅拌器(D2010W,上海梅颖浦仪器仪表制 造有限公司),远红外干燥器(WS70-1,上海华连医 疗器械有限公司),高温烘箱(ST-120B2,上海爱佩 斯克环境设备有限公司),恒温水浴锅(501型,上海 荣丰有限公司),透射电子显微镜(JEM-2100,JEOL 日本),荧光/磷光/发光分光光度计(LS-55,Perkin Elmer 美国)。

1.2 磁性-荧光复合纳米材料的制备 本实验采用 的纳米材料为磁性-荧光复合材料,以 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub> 为核,表 面包被 SiO<sub>2</sub> 和 RITC,形成具有磁性且携带红色荧光 的纳米探针。相关材料的合成方法见文献[12]。

1.2.1 超顺磁性 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub> 的制备 将 0.81 g FeCl<sub>3</sub>•6H<sub>2</sub>O、 2.56 g NaAc 溶解于 30 mL 乙二醇,磁力搅拌 30 min混匀后,将该混合溶液转移至高温高压反应 釜中,放入 200 C烘箱恒温反应 8 h,从反应釜取出, 流水快速冷却至室温,磁铁辅助分离,去掉反应液, 分别用乙醇和二次水各洗涤 3 次,得到超顺磁性 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub>。

1.2.2 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub>@SiO<sub>2</sub>的合成 在圆底烧瓶中加入 1.5 mL制得的超顺磁性 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub>和0.15 mol/L浓盐 酸,超声搅拌处理 10 min 后,磁铁辅助分离,二次水 洗 6 次以上,至上清液 pH 中性;三口烧瓶中加入适 量乙醇、二次水及上述经处理的 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub>,超声机械搅 拌 15 min 后,氨水调节 pH 至9.5 左右,加入 TEOS 乙醇溶液,超声机械搅拌 12 h,然后磁铁辅助分离, 去掉反应液,分别用乙醇和二次水各洗涤 3 次,得到 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub>@SiO<sub>2</sub>。

1.2.3 磁性-荧光复合纳米材料的荧光包覆 在圆 底烧瓶中将45 mL 无水乙醇、5 mL 二次水、1.3 mL 氨水机械搅拌混匀,加入100 mg Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub>@SiO<sub>2</sub> 后超 声机械搅拌30 min;将 TEOS 乙醇溶液缓慢逐滴加 入反应体系中。15 min 后,将制备好的 APTES-RITC 溶液(10 μL APTES 与 1 mg RITC 在 2 mL 乙醇溶液中混合过夜)快速加入上述反应体系中,避 光条件下继续超声机械搅拌4h,停止超声,单纯机 械搅拌18h,然后磁铁辅助分离,去掉反应液,分别 用乙醇和二次水各洗涤3次,得到本实验采用的磁 性-荧光复合纳米材料。

1.3 细胞材料的获取 本实验采用的前列腺癌 PC3 细胞株来源于第二军医大学长海医院泌尿外科。

本实验所使用的粒细胞取自健康人(已通过同 济大学医学院伦理委员会审批),具体提取方法:取 静脉血4mL至肝素管中,混匀防止血凝块。将血 液与PBS缓冲液(HyClone公司)等量混合,取适量 混合血液加入5层分离液,1600×g离心20min分

#### 层,取粒细胞层细胞备用。

 1.4 磁性-荧光复合纳米材料对粒细胞的毒性检测 于96 孔板每孔加入 5×10<sup>4</sup> 粒细胞,使粒细胞分别与磁性-荧光复合纳米材料结合 0、0.25、0.5、1.0、
 1.5、2.0、2.5 h,每组磁性-荧光复合纳米材料结合 量分别为 0、1、2、3、4、5 μg/mL。最后一组材料结合 完成(即结合 2.5 h)后,加入 10 μL CCK-8,遮光静 置 1 h,测定其光密度(D)值,与 0 h 组比较分析结合 磁性-荧光复合纳米材料后粒细胞的活性。

1.5 体外结合制备粒细胞靶向介导的磁性-荧光纳 米探针 24 孔板每孔接种 5×10<sup>5</sup> 粒细胞,设置 3组,分别加入 5、10、20 μg 磁性-荧光复合纳米材 料,然后于摇床培养 0.25、0.5、1、1.5、2 和2.5 h 时,荧光显微镜下观察粒细胞与磁性-荧光纳米材料 结合情况并拍摄照片。

1.6 体外检测粒细胞靶向介导的磁性-荧光纳米探 针对 PC3 细胞的靶向作用 24 孔板每孔接种 5×  $10^5$  粒细胞,设置 6 组,均加入 20  $\mu$ g 磁性-荧光纳米 材料摇床培养 15 min 后,前 4 组分别加入 5× $10^4$ 、  $1×10^5$ 、 $2×10^5$ 、 $5×10^5$  PC3 细胞,第 5 组加入由  $1.6×10^5$  PC3 细胞和  $1.7×10^5$  全血细胞混合而成 的模拟血样,第 6 组加入  $3.5×10^5$  全血细胞,静置 培养 1 h,荧光显微镜下观察粒细胞靶向介导的磁 性-荧光纳米材料靶向 PC3 细胞情况并拍摄照片。

#### 2 结 果

2.1 设计并成功制备磁性-荧光复合纳米材料 图 1A为合成的 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub> 内核的透射电镜图,内核为 直径 300~400 nm 的球型颗粒;图 1B为 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub> 内核包覆 SiO<sub>2</sub> 后的透射电镜图,可见 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub> 外层 包覆一层均匀的 SiO<sub>2</sub>,厚度约 50 nm。包覆 SiO<sub>2</sub> 有利于提高材料的生物相容性,同时也有利于纳 米材料的进一步修饰。图 1C 所示为负载荧光染 料后复合纳米材料的荧光光谱,有典型荧光染料 的近红外荧光;图 1D 所示为负载荧光染料后的 复合纳米材料的紫外-可见吸收光谱,可见其与荧 光染料的吸收光谱一致。

2.2 磁性-荧光复合纳米材料对粒细胞存活率的影 响 图 2 所示为所加磁性-荧光复合纳米材料浓度分 别为 0、1、2、3、4、5 μg/mL,粒细胞密度为 5×10<sup>4</sup>/孔, 由此建立的纳米材料与粒细胞存活率的时间、浓度关 系;在 0.25、0.5、1.0、1.5、2.0、2.5 h 时测每一纳米材 料浓度下粒细胞的存活率,结果显示各时间点及浓度 下,粒细胞的存活率(排除极值)均在 60%以上,表明 纳米材料对粒细胞没有明显的毒性作用。



compound nanometer materials

A: Transmission electron microscope (TEM) image of Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub>; B: TEM image of Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub> coated by SiO<sub>2</sub>; C: Fluorescence spectrum of the compound nanometer materials; D: Ultraviolet-visible absorption spectrum of the compound nanometer materials





Fig 2 Influence of magnetic-fluorescent compound nanometer materials on survival rate of granulocytes

 $n=36, \bar{x}\pm s$ 

2.3 成功制备粒细胞靶向介导的磁性-荧光纳米探 针 如图 3 所示,磁性-荧光复合纳米材料刚加入粒 细胞体系中时,可见视野中纳米材料与粒细胞并未 结合;磁性-荧光复合纳米材料 20 μg 与 5×10<sup>5</sup> 粒细 胞37 ℃体外结合 15 min 后,合成的粒细胞靶向介 导的磁性-荧光纳米探针效果最好,此时视野中大部 分粒细胞周围都有纳米与之结合。结果表明粒细胞 靶向介导的磁性-荧光纳米探针合成成功。

2.4 粒细胞靶向介导的磁性-荧光纳米探针功能的 体外检测

2.4.1 纳米探针与 PC3 细胞体外结合结果 如 图 4所示,磁性-荧光纳米探针质量与 PC3 细胞数目的 比例为 4:1 (纳米材料 20  $\mu$ g,粒细胞 5×10<sup>5</sup>,PC3 细 胞 5×10<sup>4</sup>),体外孵育 1 h 时可见视野中有探针聚集 到 PC3 细胞周围形成"花瓣样"结构;磁性-荧光纳米 探针质量与 PC3 细胞数目的比例为 4:7 (纳米材料 20 µg,粒细胞 5×105, PC3 细胞 3.5×105),体外孵育 1h时可见视野中同样有探针聚集到 PC3 细胞周围形 成"花瓣样"结构。由此可见,在体外纳米探针与 PC3 细胞的结合效率很高,二者间的比例差异对"花瓣"结 构的形成并无较大影响。



图 3 磁性-荧光复合纳米材料与粒细胞的体外结合情况 Fig 3 In vitro binding of magnetic-fluorescent compound nanometer materials with granulocytes

A, B: 0 min; C, D: 15 min. A, C: Bright field image; B, D: Fluorescence image







The bright field image (A) and fluorescence image (B) of the "petal-like" structure when the nanoprobes combining with prostate cancer cells in vitro at the ratio of 4:1 (nanometer materials 20  $\mu$ g, granulocytes 5×10<sup>5</sup>, and PC3 cells 5×10<sup>4</sup>). The bright field image (C) and fluorescence image (D) of the "petal-like" structure when the nanoprobes combining with tumor cells in vitro at the ratio of 4:7 (nanometer materials 20  $\mu$ g, granulocytes 5×10<sup>5</sup>, and PC3 cells 3.5×10<sup>5</sup>)

纳米探针在体外与模拟血样及全血结合的 2.4.2 结果 将 PC3 细胞(1.6×105)与全血细胞(1.7× 10<sup>5</sup>)混合当做模拟血样,加入磁性-荧光纳米探针 10<sup>5</sup>)孵育1h,由图 5C、5D 可见,视野中的血细胞周 (纳米材料 20  $\mu$ g,粒细胞 5×10<sup>5</sup>),使得纳米探针质 量与模拟血样细胞数目的比例为4:7,上述纳米探 针与模拟血样共同孵育1h时,由镜下照片(图5A) 和荧光照片(图 5B)可见,视野中 PC3 细胞周围有纳 米探针与之结合并形成"花瓣样"结构;同时,为了对

照,我们将纳米探针(纳米材料 20 μg,粒细胞 5× 10<sup>5</sup>)加入只有全血细胞的体系中(全血细胞 3.5× 围并未见探针与之结合。由此说明,在同一体系中, 此纳米探针能准确地找到肿瘤细胞并与之结合,形 成"花瓣样"结构,却不会结合到肿瘤细胞以外的其 他细胞,可见此纳米探针的靶向功能具有一定的特 异性。



粒细胞靶向介导的磁性-荧光纳米探针与模拟血样及全血的体外结合情况 图 5 Fig 5 In vitro binding of magnetic-fluorescent nanoprobes mediated-targeting by granulocytes with simulative and whole blood samples

A, B; The bright field image (A) and fluorescence image (B) of the nanoprobes combining with simulative blood samples; C, D; The bright field image (C) and fluorescence image (D) of the nanoprobes combining with whole blood samples

#### 3 讨 论

本实验采用的纳米材料为磁性-荧光复合材料,

以Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub>为内核,表面包被SiO<sub>2</sub>和RITC,形成具有 磁性且带有红色荧光的纳米探针,这种非对称结构 及表面特性的磁性-荧光纳米异质结构具有以下优 点:(1)利用非对称结构的优势,将荧光物质与磁性 物质有效分离,避免各功能组分之间相互干扰,真正 实现多功能纳米集成系统;(2)将核磁共振与荧光量 子点成像有机融合,多模态成像较单一的分子成像 可明显提高检测灵敏度,实现肿瘤早期中痕量肿瘤 细胞的检测,利于肿瘤的早期诊断;(3)容易通过调 节荧光量子点的用量,使每一个纳米材料结构内部 包覆多个荧光量子点,通过荧光信号的放大进一步 提高对早期前列腺癌的检测能力。

本实验最大的创新点在于使用了新型纳米探针 靶向方法,即将纳米材料靶向到粒细胞上,借助粒细 胞本身对肿瘤细胞的趋化作用,实现探针对肿瘤细 胞的检测。粒细胞之所以能够富集到肿瘤细胞周 围,是因为肿瘤细胞生长快、代谢率高,其所获得的 氧与营养物质通常无法满足肿瘤的生长需求,因此 在肿瘤病灶周围常伴有因细胞坏死裂解出的形成浓 度梯度的蛋白碎片,这会趋化粒细胞向病灶运 动[13-17]。又因为粒细胞表面带正电荷,而肿瘤周围 带有负电荷,这一特性可使得粒细胞与靶细胞紧密 接触,形成镜下的"花瓣样"结构。也正是利用了粒 细胞表面带正电荷这一性质,我们设计出了以 Fe<sub>3</sub>O<sub>4</sub> 为内核、表面包被 SiO<sub>2</sub> 和 RITC、整体带负电 荷的磁性-荧光复合纳米材料,使二者能在电性作用 下迅速结合,形成具有磁性且携带红色荧光的生物 纳米探针,最终实现对肿瘤细胞的体外检测。

综上,我们所设计的粒细胞靶向介导的磁性-荧 光纳米探针带有生物自动导航功能,能够在体外准 确地识别并结合到肿瘤细胞周围,并形成"花瓣样" 结构,在同一环境中该探针具有对肿瘤细胞识别的 特异性,不会结合肿瘤细胞之外的其他细胞;由于纳 米异质结构兼具磁性与荧光特性,可以对微小信号 进行捕捉和放大,使得探针具有较高的灵敏度。该 探针有生物安全性,通过后期的深入探究有望将其 应用于临床,实现肿瘤的早期检测与诊断。

## [参考文献]

- [1] NORWOOD W D, FUQUA P A, MANCUSO T F. Asbestosan environmental health hazard[J]. Northwest Med, 1967, 66: 821-828.
- [2] POONTHANANIWATKUL B, HOWARD R L, WILLIAMSON E M, LIM R H. Cancer patients taking herbal medicines: a review of clinical purposes, associated factors, and perceptions of benefit or harm [J]. J Ethnopharmacol, 2015, 175: 58-66.

- [3] NYGAARD I. Balancing innovation and harm[J]. Am J Obstet Gynecol, 2014, 210: 383-384.
- [4] SCHIFFMAN J D, FISHER P G, GIBBS P. Early detection of cancer: past, present, and future[J]. Am Soc Clin Oncol Educ Book, 2015: 57-65.
- [5] 王雷,胡志远.循环肿瘤细胞纳米检测技术用于肿瘤早 期诊断的探索[J].中国肿瘤生物治疗杂志,2016,23: 595-600.
- [6] MARX V. Tracking metastasis and tricking cancer[J]. Nature, 2013, 494: 131-136.
- [7] LA THANGUE N B, KERR D J. Predictive biomarkers: a paradigm shift towards personalized cancer medicine [J]. Nat Rev Clin Oncol, 2011, 8: 587-596.
- [8] 白林灵,杨延莲,王琛.循环肿瘤细胞富集和检测的纳米 技术[J].生物化学与生物物理进展,2013,40:955-962.
- [9] CUI Z, WILLINGHAM M C, HICKS A M, ALEXANDER-MILLER M A, HOWARD T D, HAWKINS G A, et al. Spontaneous regression of advanced cancer; identification of a unique genetically determined, age-dependent trait in mice[J]. Proc Natl Acad Sci USA, 2003, 100; 6682-6687.
- [10] HICKS A M, RIEDLINGER G, WILLINGHAM M C, ALEXANDER-MILLER M A, VON KAP-HERR C, PETTENATI M J, et al. Transferable anticancer innate immunity in spontaneous regression/complete resistance mice[J]. Proc Natl Acad Sci USA, 2006, 103: 7753-7758.
- [11] 崔征. 粒细胞抗癌疗法[M]. 北京:清华大学出版社, 2011:24-30.
- [12] CHEN B, LE W, WANG Y, LI Z, WANG D, REN L, et al. Targeting negative surface charges of cancer cells by multifunctional nanoprobes[J]. Theranostics, 2016, 6: 1887-1898.
- [13] 周雪,韩俊,吴一凡,陈炳地.纳米技术在肿瘤靶向诊疗 中的应用研究进展[J].转化医学电子杂志,2017,4: 10-15.
- [14] LEHRER R I, GANZ T, SZKLAREK D, SELSTED M E. Modulation of the *in vitro* candidacidal activity of human neutrophil defensins by target cell metabolism and divalent cations[J]. J Clin Invest, 1988, 81: 1829-1835.
- [15] BARTRONS R, CARO J. Hypoxia, glucose metabolism and the Warburg's effect[J]. J Bioenerg Biomembr, 2007, 39: 223-229.
- [16] NICKELSEN K. Otto Warburg's first approach to photosynthesis[J]. Photosynth Res, 2007, 92: 109-120.
- [17] HÖCKEL M, VAUPEL P. Tumor hypoxia: definitions and current clinical, biologic, and molecular aspects[J]. Natl Cancer Inst, 2001, 93: 266-276.

[本文编辑] 杨亚红