放射肿瘤学专题●专家述评●



[专家简介] 鞠忠建,中国人民解 放军总医院第一医学中心放疗科 工程师。中国医疗器械行业协会放 射治疗专业委员会委员,医学计量 科学技术委员会放疗设备质量安 全控制专业委员会委员,中国医师 协会多模态影像分会委员,生物医

学工程学会精确放疗技术分会青年委员。主持或参与国家重点专项、国家自然科学基金项目、863 计划、 全军卫勤保健计划等课题 20 余项。以第一或通讯作 者发表 SCI、EI、MEDLINE、核心期刊论著 20 余篇, 参与发表论著 106 篇,发明专利 7 项,实用新型及外 观专利 27 项,参编著作 7 部,软件著作权 3 项。曾获 全军医疗成果及其他省级奖项 3 项。主要从事肿瘤 立体定向放疗、术中放疗及放疗人工智能应用方面 研究与临床应用。 [专家简介] 刘国才,湖南大学电 气与信息学院控制科学与工程系、 机器人视觉感知与控制技术国家 工程实验室、湖南大学机器人学院 教授、博士生导师。国家重点研发 计划专项科技部评审专家组专家, 国家自然科学基金项目基金委特



邀评审专家,中国医疗器械行业协会放射治疗专业 委员会会员,中国研究型医院学会肿瘤放射生物与 多模态诊疗专委,湖南省抗癌协会精确放疗专业委 员会副主任委员,中国人工智能学会模式识别专业 委员会会员,中国自动化学会会员,中国生物医学工 程学会会员,自动化学报特邀评委,中国生物医学工 程学报特邀评委,中国医学物理学杂志编委。主要从 事人工智能、深度学习与医学影像智能分析、医疗大 数据智能分析等研究。

基于深度学习的男性盆腔 CT 影像自动分割概述*

周瑾,刘国才△, 鞠忠建△

430072 武汉,武汉大学 物理科学与技术学院(周瑾);410082 长沙,湖南大学 电气与信息工程学院 (刘国才);100853 北京,中国人民解放军总医院第一医学中心 放疗科(鞠忠建)

[摘要] 近年来,深度学习已逐渐应用于放射治疗的器官自动分割和勾画。但是基于 CT 图像的盆腔器官自动分割仍具有较大挑战性。本文介绍了图像分割常用的基础网络模型和框架,以及适用于医学图像分割的网络、损失函数、常用数据集改进,重点概述了近五年基于 CT 图像使用深度学习自动分割男性盆腔器官的主要网络和结果,探讨了深度学习自动分割所面临的挑战和局限性,以及未来潜在的研究方向。

[关键词] 深度学习;医学图像;自动分割; CT 图像;放射治疗;男性盆腔

[中图分类号] R73-33; TP389.1 [文献标志码] A doi:10.3969/j.issn.1674-0904.2021.01.002

引文格式:Zhou J, Liu GC, Ju ZJ. Overview of automatic segmentation of male pelvic CT images based on deep learning[J]. J Cancer Control Treat, 2021, 34 (1):6-15. [周瑾,刘国才,鞠忠建. 基于深度学习的男性盆腔 CT 影像自动分割概述[J]. 肿瘤预防与治疗, 2021, 34 (1):6-15.]

Overview of Automatic Segmentation of Male Pelvic CT Images Based on Deep Learning

[收稿日期] 2020-09-08 [修回日期] 2020-12-10 [基金项目] *国家自然科学基金(编号:61671204);解放 军总医院临床科研扶持基金(编号:2017FC-TSYS-3027) [通讯作者] [△]刘国才, E-mail: lgc630819@ hnu. edu. cn; 鞠 忠建, E-mail:15801234725@ 163. com Zhou Jin, Liu Guocai, Ju Zhongjian

School of Physical Science and Technology, Wuhan University, Wuhan 430072, Hubei, China (Zhou Jin); College of Electrical and Information Engineering, Hunan University, Changsha 410082, Hunan, China (Liu Guocai); Department of Radiation Oncology, First Medical Center, Chinese PLA General Hospital, Beijing 100853, China (Ju Zhongjian)

Corresponding author: Liu Guocai, E-mail: lgc630819 @ hnu. edu. cn; Ju Zhongjian, E-mail: 15801234725@163.com

This study was supported by grants from National Natural Science Foundation of China (No. 61671204) and Chinese PLA General Hospital (No. 2017FC-TSYS-3027).

[Abstract] In recent years, deep learning has been gradually applied to the automatic segmentation and delineation of organs in radiotherapy. However, automatic segmentation of pelvic organs based on CT images is still challenging. This paper introduces basic network models and frameworks commonly used in image segmentation, as well as the improvement of network, loss function, and common datasets which is suitable for medical image segmentation. It focuses on the main networks and results of deep learning in segmenting male pelvic organs automatically based on CT images in the past five years. Finally, challenges and limitations of deep learning in automatic segmentation are discussed, as well as the potential research directions in the future.

[Key words] Deep learning; Medical images; Automatic segmentation; CT images; Radiotherapy; Male pelvic cavity

盆腔危及器官(organs at risk, OAR)的准确分 割,对于直肠癌、前列腺癌、宫颈癌等放射治疗计划 至关重要。目前临床实践中,主要基于 CT 图像手 动勾画,耗时极长。而且由于 CT 图像对比度低、个 体差异较大,手动勾画很大程度上取决于医生的技 能和经验。当前机器学习应用于医学图像的自动分 割已经有很多成功的尝试。经典的机器学习算法, 如支持向量机、随机森林、线性回归、马尔可夫随机 场(Markov random field, MRF)等,在医学图像分割 领域已取得初步成果^[1-5]。Held 等^[6]通过模拟退火 或迭代条件模式优化的 MRF 分割 MR 图像,多数情 况下错误率小于 10%。基于图集(atlas) 可形变模 型曾是医学图像分割中最流行的方法之一。Tian 等^[7]用全自动多图集(multi-atlas)在MR图像上分 割前列腺。Vrtovec 等^[8]系统分析了 2008 年至 2020 年基于 atlas 的方法自动分割头颈部放疗存在风险 的器官。

近年来,利用深度学习自动分割医学图像成果 斐然,并迅速用于放射治疗领域^[9]。神经网络的出 现,使端到端的图像处理成为可能,神经网络模拟了 人类视觉信息处理机制反复抽象和迭代的过程,首 先将光线像素等信息抽象为图像边缘信息,然后再 抽象为目标物体的某一部位,再抽象为物体轮廓形 成对整个目标的感知。但是,基于 CT 图像自动分 割盆腔器官仍是极具挑战的工作。例如:器官边界 模糊、位置和体积变化、造影剂使用等,都会对结果 造成干扰。尤其盆腔部位的器官和组织形态变化 大,膀胱和直肠的个体差异性大,与头部和腹部位置 相对固定的器官不同,对自动勾画是极大的挑战。 以往国内外对盆腔器官的自动勾画研究普遍基于 MR 图像,与 CT 图像相比 MR 提供出色的软组织对 比度,有助于更好地描绘器官边界,降低了自动勾画 的难度,然而当前的放射治疗计划工作流是使用 CT 图像进行轮廓和剂量的计算,因此尽管 CT 图像比 MR 图像的分割更具挑战,但探讨基于 CT 图像进行 自动分割更具临床意义。本文就此总结近五年来基 于深度学习对男性盆腔 CT 图像自动分割的文献, 介绍使用的网络结构和数据集,并分析其分割结果。

1 深度学习网络

1.1 网络概述

深度学习是机器学习领域中一系列试图使用多 重非线性变换,对数据进行多层抽象的算法。通过 组合底层特征形成更加抽象的高层表示、学习样本 输入和输出之间的非线性映射及输入向量的隐藏结 构,以发现数据的分布式特征表示^[10]。基础的深度 学习神经网络有人工神经网络(artificial neural network, ANN)、卷积神经网络(convolutional neural networks, CNN)和递归神经网络(recurrent neural networks, RNN)。其中 ANN 是一种模仿生物神经网络 结构和功能的计算模型,通过样本学习不断调整神 经元的权值和阈值,直到网络输出达到预期结果。 CNN 层次之间联系紧密特别适用于图像处理,它可 以经过少量预处理从原始数据中学习到抽象的、本 质的、深层的特征。RNN 通过循环,允许信息持久 化[11-12],使用递归连接来存储和更新上下文信息, 从过去的输入中计算出信息用于目标输出。本文提 及的应用于盆腔器官自动分割的网络均是在这三类 网络的基础上进行结构优化得到的。

1.2 网络训练数据集

1.2.1 男性盆腔数据集 在男性盆腔领域,收集到

的公共数据集主要基于 MR 图像。由 Brigham and Women's Hospital 提供的 QIN PROSTATE,由美国 国家癌症研究所提供的 Prostate MRI;I2CVB 平台公 布的前列腺 MR 图像数据集等。此外在不少挑战赛 中也提供了基于 MR 图像分割的数据集,如 PROM-ISE12、2013 年 ISBI 挑战赛 的 Prostate 3T、SPIE-AAPM-NCI 挑战赛的 PROSTATEx。而基于 CT 图像 的男性盆腔公共数据集较少,研究者多使用私有数 据集进行网络训练和验证。如 Men 等^[13]收集中国 医学科学研究院肿瘤医院 2014 年 1 月至 2016 年 12 月 278 例局部晚期直肠癌患者 CT 图像,Samaneh 等^[14]收集德克萨斯大学西南医学中心的 85 例前列 腺癌患者的原始 CT 图像,Sultana 等^[15]从外束放射 治疗的前列腺癌患者中获得 115 例男性盆腔 CT 图 像,分别作为他们各自研究网络的数据集等。

1.2.2 数据集增广 数据增强是目前使用最广泛的增广方法^[16],能够使网络具有更复杂的表征能力,更好地学习数据集上的特征分布,有效的提高网络的泛化性和鲁棒性。常用的图像数据增强方法主要在图像布局、图像质量、图像外观等方面进行变换,如使用小角度随机旋转、平移、弹性形变等变换布局;应用高斯噪声模糊或锐化图像;调整图像亮度、对比度等调整图像外观。为防止因数据集少过拟合,Xu等^[17]将50%随机弹性变形应用于每个盆腔CT图像。Wang等^[18]为了丰富训练集提出了一种标签完成策略,以充分利用未注释的数据,实现男性盆腔CT图像的数据增广。此外,通过域适应技术将不同模态的影像融合,或数据集融合技术融合训练多个数据集,可以充分利用多个数据集的标注,实现多数据集共同使用。

1.3 损失函数

损失函数通过预测样本和真实样本标记产生的 误差进行反向传播,来指导神经网络参数学习,它能 帮助网络模型更快速、更好地收敛。在设计深度学 习架构时,损失函数的选择至关重要。戴斯损失函 数(Dice loss)是最常应用于分割盆腔器官的损失函 数(Dice loss)是最常应用于分割盆腔器官的损失函 数^[19]。为了提高医学图像的分割能力,研究人员对 经典损失函数做出改进。Li等^[20]提出在交叉熵损 失函数中添加正则项,以促进平滑的分割输出。 Zhou等^[21]提出在加权交叉熵损失函数中加入轮廓 回归项,以提高边界检测的质量。通过有限和不完 整的注解进行训练,Wang等^[18]提出了一种混合损 失来优化网络参数,完成盆腔器官的体素分类和边 界回归。将盆腔器官边界信息引入到监督中,Wang 等^[22]定义了一个多标签交叉熵损失函数,以增强网络判别能力。

2 基于 CT 图像的自动分割网络

针对 CT 图像分割的特殊性,研究者们尝试搭 建新的神经网络结构,设计不同深度、宽度、连接性 或拓扑结构,引入新的网络模块等以适应医学图像 的分割要求。并根据男性盆腔器官特点,通过改进 网络、优化参数、级联网络和增加通道等方法,不断 提高器官的分割精度。

2.1 全卷积神经网络(fully convolutional network, FCN)

2.1.1 网络结构 FCN 是 CNN 的高影响力细分模 型之一(图1)。FCN 能实现密集输入,并用卷积层 代替完全连接的层达到像素级分割^[23],增加跳级连 接使网络从端到端同时获得多个层的特征信息^[24], 用求和的方式融合不同步幅图层的信息来完善空间 细节,广泛应用于医学图像分割。Christ 等^[25]级联 全卷积神经网络和密集三维条件随机场(conditional random field, CRF)在基于 CT 图像下分割肝脏及其 病变。Bai 等^[26]将 FCN 应用在心脏磁共振成像 (cardiac magnetic resonance, CMR)的自动分析上。 2.1.2 分割实例 Men 等^[13]使用深度扩张 CNN (deep dilated convolutional neural network, DDCNN) 分割直肠癌患者的临床靶区(clinical target volume, CTV)和 OAR。这是首次将 CNN 应用在盆腔部位 CT 图像的 CTV 细分上。为了区分 CT 图像中具有 相似灰度值、形状和纹理的组织,使用对比度限制的 自适应直方图均衡算法对输入数据进行预处理,以 进行图像增强。为了适用于盆腔器官的分割,研究 者调整了原始 VGG-16 模型网络架构,用全卷积层 替换了完全连接的层,以实现像素级的分割。在 DDCNN 中部署了前端和后端两个扩展的卷积模块: 前端可以捕获各种低级上下文特征,包含多个尺度 盆腔部位器官的强度、纹理和轮廓的原始信息;后端 提取高级上下文特征,在较大的接受域中捕获整体 感知信息。研究选取 278 例直肠癌患者 CT 图像, 分为218 例训练集和60 例测试集,分割 CTV、膀胱、 左股骨头、右股骨头、肠和结肠,戴斯相似系数(Dice similary coefficient, DSC)结果分别为0.877、0.934、 0.921、0.923、0.653 和0.618,均优于 U 型网络(Unet) 0. 819、0. 912、0. 896、0. 892、0. 576 和 0. 605。

He 等^[27]基于 313 例患者盆腔 CT 图像数据,采 用独特曲线引导的 FCN 进行分割。第一阶段粗略 分割3个骨盆器官区域;第二阶段采用独特曲线引导 FCN 对建议区域进行精确分割。作者引入的独特曲线,提高了 FCN 自动分割能力,能更准确和有效地表示盆腔 CT 图像中的形状,解决了以往网络无法直接用于 CT 盆腔器官分割的问题。前列腺、

膀胱、直肠的分割结果如下,DSC 分别为 0.89 ± 0.02、0.94 ± 0.03、0.89 ± 0.05;平均表面距离(average surface distance, ASD)分别为(1.34 ± 0.64) mm, (0.94 ± 0.76)mm, (1.38 ± 0.63)mm。



图 1 FCN 主要结构^[23] Figure 1. Schematic of FCN Architecture^[23] FCN: Fully convolutional network.

Wang 等^[22]为解决盆腔器官形状差异大,肠道 气体和标记物造成的不确定性等问题,使用具有边 界敏感表示的 FCN 结合多标签交叉熵损失函数来 分割 313 例前列腺癌患者 CT 图像。首先用器官定 位模型选出分割区域,然后用基于多任务学习的边 界敏感表示模型表达边界信息,最后引入边界敏感 的多标签交叉熵损失函数训练 FCN。其处理盆腔 器官 CT 图像边界不清晰的能力优于传统 U-net 网 络。应用在前列腺、膀胱和直肠的分割结果显示 DSC 分别为0.89±0.03、0.94±0.03、0.89±0.04; ASD 分别为(1.32±0.76)mm、(1.15±0.65)mm、 (1.53±0.91)mm。

Shi 等^[28]提出一种级联深域自适应(cascaded deep domain adaptation, CDDA)模型,用此模型学习 信息性的特征表示,来区分前列腺和非前列腺区域。 使用 CDDA-CNN 和 CDDA-FCN 基于 22 例盆腔 CT 图像分割前列腺。在 CDDA 中,手动描绘不仅可以 用作辅助信息以指示相应贴片的类别,而且还可以 用作蒙版图像以在构建的转移序列后增强前列腺外 观。从源和目标域的训练图像中对前列腺和非前列 腺区域进行采样,以反映内部和外部的各种外观前 列腺区域。用 CDDA 构建转移序列,将手动勾画作 为掩膜图像,叠加在具有不同掩膜率的原始 CT 上,

生成多个连续的源域,从而增强特征值提取。最终 CDDA-CNN 的分割结果 DSC 为0.886±0.006,ASD 为(2.15±1.17)mm;CDDA-FCN 的分割结果 DSC 为0.888±0.005,ASD 为(1.64±0.96)mm。

2.2 编-解码器网络

2.2.1 网络结构 SegNet 网络^[29]解码器对根据位 置信息生成的稀疏特征图进行上采样,再进行后续 卷积,恢复稠密特征图。有以下三种类型:U-net^[30] 是一个对称结构,主要分为压缩路径和扩张路径,采 用跳跃连接融合来自不同阶段的特征;V型网络 (V-net) 是一种 FCN 的 3D 图像分割方法^[31],在 Unet 中引入残差学习提升收敛,适用于处理医学图 像,Lei 等^[32]研究表明其在低样本量数据集上分割 有很好的效果;密集网络(DenseNet)中每一层都以 前馈方式直接连接到其他每一层,以确保层与层之 间最大信息流^[33],应用在医学图像诊断^[34]和器官 分割^[35]的准确性均高于传统的 CNN 或 3D U-net。 2.2.2 分割实例 Samaneh 等^[14]设计了一个 2D U-net 模型(图2),使用具有可变内核、通道号和激 活函数的卷积块,通过直接学习"CT 图像灰度—— 相应的 OAR 轮廓"的映射函数,实现准确分割。其 中,池化部分由上采样代替,提高了输出的分辨率, 并且将来自收缩路径的高分辨率特征图与扩展路径

中的相应上采样特征图结合在一起,很大程度上解决了过拟合问题。研究数据集包含 85 套前列腺癌 CT 图像,随机分配为训练集(60%)、验证集(10%) 和测试集(30%)。用 DSC 评估 CT 图像中前列腺、 膀胱和直肠的分割准确性,结果分别为 0.88 ± 0.12、0.95±0.04 和 0.92±0.06。该研究证明了 U-net 网络结构经过优化也可以成功应用于男性骨 盆的分割,所提出的方法在标准放射治疗计划 CT 扫描上改善了靶标与周围正常软组织之间边界的自 动勾画。



图 2 Samaneh 等^[14]的 U-net 结构图

Figure 2. U-Net Architecture Proposed by Samaneh et al. [14]

Shahedi 等^[36]将 U-net 进行三维优化,并修改了 U-net 构架使其适用于盆腔部位 CT 图像,将 FCN 网 络优化为4级,在卷积之前对输入通道进行零填充, 使得所有卷积层的输出通道与输入通道的大小相 同。研究数据集包含 92 套前列腺 CT 图像。随机 选取 65% 的图像用于训练,10% 用于验证,25% 用 于测试。使用 DSC、平均绝对距离(mean absolute distance, MAD)和体积差异(volume difference, ΔV) 评估分割前列腺的结果,前列腺的 DSC 为 0.83 ± 0.06, MAD 为(2.3 ± 0.6) mm, ΔV 为(1.9 ± 4.0) cm³。所提出的方法参照轴内和轴间切片信息,以 三维方式完全分割前列腺。这种方法有助于提高分 割的鲁棒性,表现在因近距离放射治疗种子或金属 植入物等产生的 CT 图像伪影对自动分割的精度影 响很小。

Han 等^[37]基于 3D 图像进行分割,采用两个 Vnet 分别训练不同分辨率的图像。第一个 V-net 在 低分辨率下对图像重采样,用于粗略地定位 OAR; 第二个 V-net 在高分辨率下准确分割。该研究使用 大量数据,包含 3 483 例 CT 图像评估全身 16 个 OAR,其中男性盆腔 CT 图像 474 例。研究表明与 atlas 分割比较,前列腺、膀胱、直肠的分割结果均大 幅度优于 atlas 方法。

Balagopal 等^[38]提出了一种用于盆腔 CT 多器 官分割的全自动工作流,先使用多通道 2D U-net 进 行各个盆腔器官定位;再将 3D U-net 利用 ResNeXt 块进行优化,可以实现前列腺等器官的精确分割。 该研究是第一个仅使用深度学习进行盆腔 CT 分割 的全自动工作流。数据集包括 136 例前列腺癌患者 的 CT 图像,其中 80% 用于训练,20% 用于测试。评 估前列腺、膀胱、直肠、右股骨头和左股骨头的分割 结果,DSC 值分别为 0.90 ± 0.02、0.95 ± 0.02、0.84 ± 0.04、0.95 ± 0.01 和 0.96 ± 0.03。

2.3 多模型融合网络

除了上述的网络被广泛应用于医学图像分割, 还有注意力(attention)机制和生成对抗网络^[39] (generative adversarial networks,GAN)以及多种混合 网络。Attention机制对编码器的所有输出进行加权 组合后输入到当前位置的解码器中影响解码器的输 出^[40]。在超声图像上进行前列腺分割^[41]以及多个 器官分割^[42-43]取得较好效果。GAN 的生成器捕捉 样本数据的分布试图生成真实样本,鉴别器识别样 本是否来自训练数据,两者形成动态的博弈最终达 到平衡。基于 CT 图像通过 GAN 自动分割胸部多 器官^[44]及胰腺^[45]等均取得了优异结果。

Sultana 等^[15]将 GAN 与 U-net 相结合分割男性 盆腔器官,使用从粗分到细分的方法来解决盆腔部 位 CT 图像背景信息过大等问题。粗分割由用手动 勾画训练的 3D U-net 执行,生成仅包含目标器官的 感兴趣区域(region ofinterest, ROI)定位图。精细分 割基于手动勾画和粗分割的 ROI 定位图,来分别对 各器官进行 CNN(U-net + GAN 结构,如图 3 所示) 训练。此外使用单级训练,以避免多级分割的不平 衡。该网络使用 100 例 CT 图像进行训练,在 15 例 图像上进行测试。用 DSC 和豪斯多夫距离(Hausdorff distance, HD) 分别评价分割前列腺、膀胱和直 肠的分割结果, DSC 分别为 0.90 ± 0.05、0.96 ± 0.06 和0.91 ± 0.09; HD 分别为(5.21 ± 1.17) mm、 (4.37 ± 0.56) mm 和(6.11 ± 1.47) mm。



图 3 Sultana 等^[15] 网络流程图和架构图

Figure 3. Network Flow and Architecture Proposed by Sultana et al. [15]

This first row shows the overview of network, and the second row shows U-net and GAN architecture for pelvic segmentation. GAN: Generative Adversarial Networks.

Kearney 等^[46]提出一种注意力增强的深度监督 CNN。用深度监督促进模型收敛并减轻过拟合;在 3D级联 CNN 中设置空间注意门,有选择地传递信 息;利用通道增强技术增加网络的宽度,促进收敛并 提高通用性。该研究采用 120 例前列腺癌患者 CT 图像,其中 80 例训练,20 例验证,20 例测试。用 DSC 和 ASD 评价前列腺、膀胱和直肠的分割结果, DSC 分别为 0.90 ± 0.01、0.93 ± 0.02 和 0.83 ± 0.02;ASD 分别为(0.78±0.49)mm、(0.88±0.67) mm 和(1.11±0.71)mm。

Ma 等^[47]将 CNN 和 Atlas 融合,在 CT 图像上自 动分割前列腺。为了避免盆腔 CT 图像上对比度较 低的软组织对自动分割产生影响,该研究提取了感 兴趣区域删除无关背景来对前列腺进行分割。首先 使用 2D CNN 进行初始分割,输出前列腺及非前列 腺区域。然后将此初始结果与多个 atlas 融合进行 精细分割。尽管来自不同患者的前列腺具有不同的 外观或大小,但它们的解剖结构相似,通过选择相似 的 atlas 可以细化分割并获得前列腺的最终轮廓。 该研究的数据集包含 92 例前列腺 CT 图像,分割结 果 DSC 评价为 0.868。

Xiong 等^[48]提出了 2D/3D 混合模型。用基于 CNN 的感兴趣体积(volumes of interest, VOI)提取方 法提取 VOI 区域;然后使用 3D CNN 学习提取区域 的三维特征,其中用 ResUnit(包含三个具有残差函 数的卷积层)替换部分卷积层。研究数据集包含 150 个前列腺 CT 图像,经数据增强后每个子集具有 3 000 幅图像,利用海量数据扩充来使 3D CNN 捕获 更高的语义特征,最终前列腺分割的 DSC 为 0.897。 该研究的新颖之处在于借助了盆腔部位的骨结构获 取包含有前列腺的中间区域 VOI,准确提取 VOI 可 以提高分割效果。

Xu 等^[17] 使用 CNN 结合 3D 全连接 CRF-RNN^[49] 分割膀胱。首先,通过预处理获取增强膀胱密度图, 与原始 CT 图像组成双通道图像:增强的密度图排 除了许多无关的器官和膀胱周围的软组织,改善了 膀胱与背景的对比度,原始 CT 图像保留背景的细 节信息:然后用 CNN 预测此双通道图像上的粗体素 膀胱评分图;最后用3D完全连接的CRF-RNN优化 评分图,生成边界清晰、定位精细的膀胱概率图。研 究数据集包括124 例 CT 图像,随机选择100 例进行 训练,24 例进行测试。为了防止过拟合,以50%的 概率对每幅 CT 图像应用随机弹性变形。与采用 Vnet 分割作比较,其结果 DSC 为 0.922, ASD 为 2.02 mm,体积重叠误差(volumetric overlap error, VOE)为 14.41%,相对体积差异(relative volume difference, RVD)为-3.40%,均优于 V-net(0.841,3.39 mm, 27.40%,-3.91%)。与相同训练时期内的原始单 通道 CT 图像相比,深层网络从此双通道数据中学 习到更多有价值的膀胱特征。

2.4 多模态混合网络分割

Dong 等^[50]基于 140 例前列腺癌放疗患者的 CT 图像,利用合成 MRI(sMRI)辅助分割,提出了深度 注意 U-net(deep attention U-net, DAUnet)。首先将 CT 图像输入循环 GAN 生成 sMRI,再将 sMRI 输入 DAUnet 中分割器官。网络还引入了深度注意机制, 以识别 ROI 最相关的特征,并加入深度监督机制, 以增强区分能力。研究显示前列腺、膀胱和直肠的 DSC 分别为 0. 87 ± 0. 04、0.95 ± 0. 03 和 0. 89 ± 0.04; ASD 分别为(0.93 ± 0.51) mm、(0.52 ± 0. 22) mm 和(0.92 ± 1.03) mm_{\circ}

Girum 等^[51]提出了基于全自动深度生成模型 的多模态前列腺分割方法。它是一个基于嵌入式深 度生成神经网络的模型生成器,可以对有限的数据 进行训练。该方法的多任务学习框架结合了卷积特 征提取以及基于嵌入式回归和分类的形状建模,使 网络能够预测器官的可变形形状。基于生成神经网 络的形状建模在 MRI 图像上训练,直接应用于 CT 图像。该方法在多个临床中心的 60 例 T2 加权 MRI 和 40 例 CT 前列腺图像上进行训练,在 CT 图像上 的前列腺分割表现用 DSC 和 ASD 进行评价,DSC 为 0.89 ±0.02, ASD为(0.28 ±0.09) mm。

3 讨 论

盆腔部位的器官,尤其是膀胱、前列腺和直肠3 个器官都是可形变的软组织,其不同患者的形状差 异性大,充盈程度和肠道气体影响膀胱和直肠的外 观,还有基准标记物的不确定性。另外,基于 CT 图 像的盆腔器官,膀胱和直肠边界不清晰,基准标记物 还有可能损害图像质量,因此,要精确自动分割盆腔 器官是极具挑战的工作。以 DSC 为评价指标,对以 上研究者的网络分割情况进行比较。选取前列腺、 膀胱和直肠三个盆腔器官作为比较对象,各研究者 网络的分割结果如图4。膀胱因具有良好的低对比 度可见性和相对规则的形状,在深度学习网络的自 动分割中分割结果比其他两个器官好。

基于盆腔 CT 图像分割前列腺, Sultana 等^[15]、 Kearney 等^[46]、Balagopal 等^[38]的网络表现最佳, 混 合网络在分割前列腺方面表现最好, 主要优势在于 删除了不相关的背景信息, 只提取了感兴趣区域, 使 分割的难度降低; Xu 等^[17] 网络分割膀胱效果最差, 在提高识别轮廓精度和通过多通道图像提高分割性 能上, 前者的表现更好, 更容易实现易形变软组织器 官的精确分割; Samaneh 等^[14] 分割直肠的结果远远 优于其他网络, 主要归功于网络结构优化后, 很大程 度解决了过拟合问题。

目前研究者提高盆腔器官 CT 图像分割精度的 方法主要有三类:删除不相关背景选取感兴趣区域、 提高轮廓边界识别度、改变图像对比度以识别不同 器官。结合近五年的基于深度学习对男性盆腔 CT 图像自动分割的研究,发现通过选取感兴趣区域对 盆腔器官的分割效果最好,该方法规避了盆腔 CT 图像背景信息大,多个软组织器官对比度低的问题, 但没有正面解决基于 CT 图像分割盆腔器官的难 点。最近新提出的利用 CT 图像中显著的骨骼结构 来定位骨盆区域,以迭代方式增强模型的功能,以及 多模态混合网络分割方法,都给精确分割盆腔器官 CT图像提供了新的研究思路,其目前表现尚可^[50-51]。



图 4 各研究者基于 CT 图像分割前列腺、膀胱和直肠的 DSC 结果比较

Figure 4. DSC of Segmentation of Prostate, Bladder and Rectum Based on CT Images by Various Researchers DSC: Dice similarly coefficient.

4 总结与展望

医学图像由于背景信息大、样本个体差异等问 题,直接使用通用的图像分割方法效果不佳,因此研 究人员通过构建各种改进网络,来提高医学图像分 割的准确率。研究取得了显著进展,分割精度已经 超过了传统方法,部分结果可与专家手动分割相媲 美。近几年利用深度学习基于 CT 图像分割男性盆 腔器官的研究显示,网络结构多以 CNN、FCN、U-net 为基础,吸纳注意力机制、残差结构、GAN 等其它成 果优化网络结构;多尺度多层次处理输入图像,扩大 信息接受范围:增加通道等方法,提高分割性能。此 外,为了让网络更好的适用于医学图像的分割,研究 人员对损失函数和数据集也做出改进。但缺乏更有 针对性的分割算法、优化参数过多仍是制约其推广 的重要瓶颈。另外,使用患者病灶图像所涉及的人 伦道德和隐私法律,缺乏高质量的医学图像人工标 注和男性盆腔 CT 图像公共数据集,医学图像数据 的标准化等仍是该领域研究需要解决的问题。

随着计算机视觉及人工智能的发展,医学图像 分割的准确率不断上升,为医学诊断和治疗提供了 极大的帮助。加强领域间合作,协助人工智能研究 人员开发出更符合医学图像分割需求的深度学习算 法;为克服数据缺乏问题,建立医学影像库,实现数 据资源共享;对缺乏大量数据支持的医学图像分割, 考虑将深度学习的研究从有监督领域转移到半监督或无监督领域等是我们未来的发展方向。

[参考文献]

- Li S, Fevens T, Krzyzak A. A SVM-based framework for autonomous volumetric medical image segmentation using hierarchical and coupled level sets[J]. Int Cong Series, 2004, 1268 :207-212.
- [2] Wang S, Zhu WY, Liang ZP. Shape deformation: SVM regression and application to medical image segmentation [A]. The 8th IEEE Int Conf Computer Vision [C]. Canada: Vancouver, 2001. 209-216.
- [3] Chittajallu DR, Shah SK, Kakadiaris IA. A shape-driven MRF model for the segmentation of organs in medical images [A]. 2010 IEEE Computer Society Conference on Computer Vision and Pattern Recognition [C]. San Francisco: IEEE Press, 2010. 3233-3240.
- [4] Ait-Aoudia S, Belhadj F, Meraihi-Naimi A. Segmentation of volumetric medical data using hidden Markov random field model[A].
 2009 Fifth International Conference on Signal Image Technology and Internet Based Systems[C]. IEEE, 2009.65-72.
- [5] Kodym O, Španel M. Semi-automatic CT image segmentation using random forests learned from partial annotations [A]. 11th International Joint Conference on Biomedical Engineering Systems and Technologies [C]. 2018.124-131.
- [6] Held K, Kops ER, Krause BJ, et al. Markov random field segmentation of brain MR images[J]. IEEE Trans Med Imag, 1997, 16(6):878-886.
- [7] Tian ZQ, Liu LZ, Fei BW. A fully automatic multi-atlas based

segmentation method for prostate MR images [J]. Proc SPIE Int Soc Opt Eng, 2015, 9413 :941340.

- [8] Vrtovec T, Monik D, Strojan P, et al. Auto-segmentation of organs at risk for head and neck radiotherapy planning: From atlasbased to deep learning methods [J]. Med Phys, 2020, 47(9): 929-950.
- [9] 吴青南,王运来,全红,等. 基于有限训练样本的融合网络模型用于盆腔危及器官自动分割的研究[J].生物医学工程学杂志,2020,37(2):311-316.
- [10] Arel I, Rose DC, Karnowski TP. Deep machine learning-A new frontier in artificial intelligence research [J]. IEEE Comput Intell Mag , 2010, 5(4):13-18.
- [11] Bengio Y, Simard P, Frasconi P. Learning long-term dependencies with gradient descent is difficult [J]. IEEE Trans Neural Netw, 1994, 5(2):157-166.
- [12] Chen JM, Chaudhari NS. Segmented-memory recurrent neural networks[J]. IEEE Trans Neural Netw , 2009, 20(8):1267-1280.
- [13] Men K, Dai JR, Li YX. Automatic segmentation of the clinical target volume and organs at risk in the planning CT for rectal cancer using deep dilated convolutional neural networks [J]. Med Phys, 2017, 44(63):6377-6389.
- [14] Samaneh K, Anjali B, Dan N, et al. Segmentation of the prostate and organs at risk in male pelvic CT images using deep learning
 [J]. Biomed Phys Engin Express, 2018, 4(5):055003.
- [15] Sultana S, Robinson A, Song DY, et al. CNN-based hierarchical coarse-to-fine segmentation of pelvic CT images for prostate cancer radiotherapy [A]. Medical Imaging 2020 : Image-Guided Procedures, Robotic Interventions, and Modeling [C]. International Society for Optics and Photonics, 2020. 1131511.
- [16] Tajbakhsh N , Jeyaseelan L , Li Q , et al. Embracing imperfect datasets : A review of deep learning solutions for medical image segmentation[J]. Med Image Anal, 2020,63 :101693.
- [17] Xu X, Zhou FG, Liu B. Automatic bladder segmentation from CT images using deep CNN and 3D fully connected CRF-RNN[J]. Int J Comput Assist Radiol Surg , 2018, 13(7):967-975.
- [18] Wang S, Nie D, Qu LQ, et al. CT male pelvic organ segmentation via hybrid loss network with incomplete annotation [J]. IEEE Trans Med Imag , 2020, 39(6):2151-2162.
- [19] Chen W, Zhang Y, He J, et al. Prostate segmentation using 2D bridged U-net[A]. 2019 International Joint Conference on Neural Networks (IJCNN)[C]. IEEE, 2019.1-7.
- [20] Li XM, Yu LQ, Chen H, et al. Transformation-consistent self-ensembling model for semisupervised medical image segmentation
 [J]. IEEE Trans Neural Net Learn Syst, 2020. doi : 10.1109/ TNNLS. 2020. 2995319.
- [21] Zhou SH, Nie D, Adeli E, et al. High-resolution encoder-decoder networks for low-contrast medical image segmentation [J]. IEEE Trans Image Process, 2019. doi :10.1109/TIP.2019.2919937
- [22] Wang S, He KL, Nie D, et al. CT male pelvic organ segmentation using fully convolutional networks with boundary sensitive representation[J]. Med Image Anal, 2019, 54 :168-178.
- [23] Shelhamer E, Long J, Darrell T. Fully convolutional networks for semantic segmentation [J]. IEEE Trans Pattern Anal Mach Intell,

2015, 39(4):640-651.

- [24] 章琳,袁非牛,张文睿,等.全卷积神经网络研究综述[J]. 计算机工程与应用,2020,56(1):25-37.
- [25] Christ PF, Elshaer MEA, Ettlinger F, et al. Automatic liver and lesion segmentation in CT using cascaded fully convolutional neural networks and 3D conditional random fields [A]. International Conference on Medical Image Computing and Computer-Assisted Intervention [C]. Cham : Springer, 2016. 415-423.
- [26] Bai WJ, Matthew S, Giacomo T, et al. Automated cardiovascular magnetic resonance image analysis with fully convolutional networks[J]. J Cardiovasc Mag Reson, 2018, 20(1):65.
- [27] He K, Cao X, Shi Y, et al. Pelvic organ segmentation using distinctive curve guided fully convolutional networks[J]. IEEE Trans Med Imag, 2019, 38(2):585-595.
- [28] Shi Y, Yang W, Gao Y, et al. Does manual delineation only provide the side information in CT prostate segmentation? [A]. International Conference on Medical Image Computing and Computer-Assisted Intervention [C]. Springer, 2017. 692-700.
- Badrinarayanan V, Kendall A, Cipolla R. SegNet: A deep convolutional encoder-decoder architecture for image segmentation [J].
 IEEE Trans Pattern Anal Mach Intell, 2017, 39 (12): 2481-2495.
- [30] Ronneberger O, Fischer P, Brox T. U-Net: Convolutional networks for biomedical image segmentation [J]. Med Image Comput Comput Assist Interv, 2015 :234-241.
- [31] Milletari F, Navab N, Ahmadi SA. V-net: fully convolutional neural networks for volumetric medical image segmentation [A].
 2016 fourth international conference on 3D Vision [C]. IEEE, 2016.565-571.
- [32] Lei Y, Tian SB, He XX, et al. Ultrasound prostate segmentation based on multidirectional deeply supervised V-Net[J]. Med Phys, 2019,46(7):3194-3206.
- [33] Huang G, Liu Z, Van Der Maaten L, et al. Densely connected convolutional networks [A]. Proceedings of the IEEE Conference on Computer Vision and Pattern Recognition [C]. 2017. 4700-4708.
- [34] Li H, Reichert M, Lin K, et al. Differential diagnosis for pancreatic cysts in CT scans using densely-connected convolutional networks [A]. 2019 41st Annual International Conference of the IEEE Engineering in Medicine and Biology Society (EMBC) [C]. IEEE, 2019. 2095-2098.
- [35] Guo Z, Guo N, Gong K, et al. Gross tumor volume segmentation for head and neck cancer radiotherapy using deep dense multi-modality network[J]. Phys Med Biol , 2019, 64(20):205015.
- [36] Shahedi M, Halicek M, Dormer JD, et al. Deep learning-based three-dimensional segmentation of the prostate on computed tomography images[J]. J Med Imag , 2019, 6(2):025003.
- [37] Han M, Zhang Y, Zhou Q, et al. Large-scale evaluation of V-Net for organ segmentation in image guided radiation therapy [A]. Medical Imaging 2019: Image-Guided Procedures, Robotic Interventions, and Modeling. International Society for Optics and Photonics [C]. 2019. 1095100.
- [38] Balagopal A, Kazemifar S, Nguyen D, et al. Fully automated or-

gan segmentation in male Pelvic CT images [J]. Phys Med Biol, 2018, 63(24):245015.

- [39] Goodfellow I, Pouget-Abadie J, Mirza M, et al. Generative adversarial nets [J]. Adv Neural Inf Process Syst, 2014, 27 : 2672-2680.
- [40] Wang F, Jiang M, Qian C, et al. Residual attention network for image classification [A]. Proceedings of the IEEE Conference on Computer Vision and Pattern Recognition [C]. 2017. 3156-3164.
- [41] Wang Y, Deng Z, Hu X, et al. Deep attentional features for prostate segmentation in ultrasound [A]. International Conference on Medical Image Computing and Computer-Assisted Intervention [C]. Cham: Springer, 2018. 523-530.
- [42] Schlemper J, Oktay O, Schaap M, et al. Attention gated networks: learning to leverage salient regions in medical images[J]. Med Image Anal, 2019, 53 :197-207.
- [43] Lee H, Park J, Hwang JY. Channel attention module with multiscale grid average pooling for breast cancer segmentation in an ultrasound image[J]. IEEE Trans Ultrason, Ferroelectr Freq Control, 2020, 67(7):1344-1353.
- [44] Dong X, Lei Y, Wang TH, et al. Automatic multiorgan segmentation in thorax CT images using U-net-GAN[J]. Med Phys, 2019, 46(5):2157-2168.
- [45] Khosravan N, Mortazi A, Wallace M, et al. Pan: Projective adversarial network for medical image segmentation [A]. International

Conference on Medical Image Computing and Computer-Assisted Intervention[C]. Cham : Springer, 2019. 68-76.

- [46] Kearney V, Chan J W, Wang TQ, et al. Attention-enabled 3D boosted convolutional neural networks for semantic CT segmentation using deep supervision[J]. Phys Med Biol, 2019, 64(13): 135001.
- [47] Ma L, Guo R, Zhang G, et al. Automatic segmentation of the prostate on CT images using deep learning and multi-atlas fusion [A]. Medical Imaging 2017: Image Processing. International Society for Optics and Photonics[C].2017. 1013320.
- [48] Xiong J, Jiang L, Li Q. Automatic segmentation of the prostate on 3D CT images by using multiple deep learning networks[A]. Proceedings of the 2018 5th International Conference on Biomedical and Bioinformatics Engineering[C]. 2018. 62-67.
- [49] Zheng S, Jayasumana S, Romera-Paredes B, et al. Conditional random fields as recurrent neural networks [A]. Proceedings of the IEEE International Conference on Computer Vision [C]. 2015. 1529-1537.
- [50] Dong X, Lei Y, Tian S, et al. Synthetic MRI-aided multi-organ segmentation on male pelvic CT using cycle consistent deep attention network[J]. Radiothera Oncol, 2019, 141 :192-199.
- [51] Girum KB, Créhange G, Hussain R, et al. Deep generative model-driven multimodal prostate segmentation in radiotherapy [J]. Artif Intell Rad Ther, 2019, 11850 :119-127.