用于烟雾病检测的 Faster RCNN 改进算法

徐佳薇1,武杰1,雷字2,顾宇翔2

(1. 上海理工大学健康科学与工程学院,上海 200093;2. 复旦大学附属华山医院神经外科,上海 200040)

摘 要: 为了预防烟雾病引发的并发症威胁患者生命,需要对烟雾病进行及时有效的诊断。本文提出了一种改进的 Faster RCNN 算法用于烟雾病检测。首先,提取颈内动脉数字减影血管造影(Digital subtraction angiography, DSA)图像,并进行数据增强,训练集、验证集和测试集之比为6:2:2。使用ResNet101 网络作为特征提取网络,避免血管特征在卷积和池化过程中产生模糊或丢失;结合区域生成网络(Region proposal network, RPN),定位烟雾病病灶的位置;再将 Faster RCNN模型中的 ROI Pooling 替换为 ROI Align进行特征映射,避免由量化带来的误差影响。本文采用平均精度(Average precision, AP)作为算法检测性能的评估指标,所用方法对正常样本和烟雾病样本检测的 AP分别为99.23%和89.39%。实验结果表明,该方法可以实现烟雾病的快速有效检测,可在复杂的血管网中准确检测烟雾病病灶的位置,为烟雾病辅助诊断提供一定的技术支持。

关键词:烟雾病检测;数字减影血管造影;深度学习;Faster RCNN;特征提取

中图分类号: TP391.7;R743 文献标志码: A

Improved Faster RCNN Algorithm for Moyamoya Disease Detection

XU Jiawei¹, WU Jie¹, LEI Yu², GU Yuxiang²

- (1. School of Health Science & Engineering, University of Shanghai for Science & Technology, Shanghai 200093, China;
- 2. Department of Neurosurgery, Huashan Hospital, Fudan University, Shanghai 200040, China)

Abstract: To prevent complication caused by moyamoya disease from threatening patients' lives, timely and effective diagnosis of moyamoya disease is needed. An improved Faster RCNN algorithm for moyamoya disease detection is presented. Firstly, the digital subtraction angiography (DSA) image of internal carotid artery is extracted and enhanced. The ratio of training set, verification set and test set is 6: 2: 2. ResNet101 network is used as the feature extraction network to avoid blurring or loss of vascular features in the process of convolution and pooling. Combined with region proposal network (RPN), the location of moyamoya disease focus is located. Then replace ROI pooling in Faster RCNN model with ROI Align for feature mapping to avoid the error impact caused by quantization. The average precision (AP) is used as the evaluation index of the detection performance of the algorithm. The AP of normal samples and moyamoya disease samples are 99.23% and 89.39%, respectively. Experimental results show that the proposed method can realize the rapid and effective detection of moyamoya disease. It can accurately detect the location of moyamoya disease lesions in the complex vascular network, and provide some technical support for the auxiliary diagnosis of moyamoya disease.

基金项目:国家自然科学基金(61605114)。 收稿日期:2021-09-30;修订日期:2022-07-18 **Key words:** detection of moyamoya disease; digital subtraction angiography(DSA); deep learning; Faster RCNN; feature extraction

引 言

脑血管病的危害性极高,对我国国民健康造成了巨大威胁,具有高致残率和高致死率的特点[1],其中烟雾病(Moyamoya disease, MMD)是一种原因不明、以双侧颈内动脉末端、大脑中动脉和大脑前动脉起始部慢性进行性狭窄或闭塞为特征,并继发引起颅底异常血管网形成的较为罕见的脑血管疾病。其临床表现为脑卒中(包括脑缺血和脑出血两种类型[2]),一旦发生脑血管意外会使患者的生命受到严重威胁,并导致较高的致残率。目前,数字减影血管造影(Digital subtraction angiography, DSA)是诊断烟雾病的金标准^[3],其原理是将造影剂注入患者血管,血管在X射线照射下显影,将注入造影剂前后的两帧图像作减影处理即可得到纯血管影像。DSA图像可以反映出血液在血管内的流动轨迹,血管的形态及结构清晰可见。烟雾病患者的颈内动脉 DSA图像可以反映出血液在血管内的流动轨迹,血管的形态及结构清晰可见。烟雾病患者的颈内动脉 DSA图像表现为,在大脑前、中动脉分支处存在异常的狭窄或闭塞,使颅底血管发生代偿,出现不同程度的烟雾状细小血管网^[4]。在传统的烟雾病诊断流程中,主要依靠临床医生阅片,并根据经验独立作出诊断,但是培养一名成熟的临床医生需要大量的时间成本,无法匹配日益增长的诊断需求。而且,如何能够较为精确地针对 DSA图像进行烟雾病的精确分级与脑卒中是否发生的预测还是临床工作中的难点与痛点,同时也是目前研究的热点。

近年来,以深度学习为代表的人工智能技术迎来了研究与应用的高潮,也为烟雾病疾病转归预测提供了新的途径与思路。Tackeun等^[5]采用深度学习对普通头颅 X 线图像中的烟雾病进行识别,准确率为 84.1%; Akiyama 等^[6]使用改进的 VGG16 网络对烟雾病患者、动脉粥样硬化患者和正常人磁共振图像的基底池、基底节和半卵圆中心进行区分,准确率分别为 92.8%、84.8% 和 87.8%。但实现烟雾病预后的智能化预测,首先要做到通过深度学习的人工智能技术对烟雾病 DSA 图像有较为精准的诊断,这是以后精准判断预后的基础与必要步骤。

与传统机器学习方法相比,卷积神经网络(Convolutional neural network,CNN)具有更强大的特征 学习和特征表达能力^[7]。许多CNN模型都在计算机视觉领域的识别任务上取得了令人满意的效果。其中,Faster RCNN 网络^[8]已经广泛应用于医学图像检测领域^[9-12],且检测精度较高,具有良好的检测性能。

烟雾病影像表现为大脑前、中动脉存在一定程度的狭窄、闭塞,颈内动脉末端毛细血管增多,出现异常的烟雾状血管网。由于血管特征较小,原始的 Faster RCNN采用 VGG16 作为特征提取模块不易捕捉细小的血管特征,且使用 ROI Pooling 进行特征映射难以保留小血管的完整度。因此,本文在原有的 Faster RCNN 网络上做了改进,选取 ResNet101^[13]作为特征提取网络,获得丰富的血管特征,使用区域生成网络(Region proposal network, RPN)定位病灶位置,并且将原本的 ROI Pooling 层替换为 ROI Align 层,降低目标误差,实现烟雾病的自动检测,有效提高了检测精度。

1 实验方法与材料

1.1 改进的 Faster RCNN 网络

改进的 Faster RCNN 网络结构分为特征提取模块、RPN 和分类回归模块 3个部分。输入图像经过特征提取模块提取血管特征,得到特征图,然后进入 RPN,根据目标框与人工标定标记框的交并比(Intersection over union, IOU)筛选正负样本进行回归训练,得到建议区域,并和特征图一起输入分类回归模块,ROI Align 将特征图的建议区域转化为固定尺寸的特征图,输入分类、回归分支,得到最终的检测

结果。改进的Faster RCNN架构如图1所示。

1.1.1 ResNet101特征提取模块

对于烟雾病检测任务来说,主要检测对象为脑血管,其经过VGG16 网络的池化操作后容易丢失细微的特征信息,且VGG16 网络参数量大,需要的存储空间大,部署难度大。为了更好地提取复杂血管的特征信息,本文使用ResNet101 网络替代原始模型所用的VGG16 网络作为Faster RCNN的基础骨架。ResNet101 网络采用跳跃连接方式,利用恒等映射不断学习新的特征,大大提升了模型学习特征的性能。ResNet101 网络在ResNet50 网络的基础上加深了第4层卷积层,能够在深层的特征图中获得丰富的图像特征,避免血管特征在卷积和池化过程

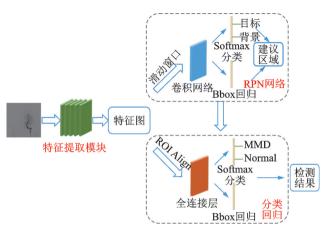


图1 改进的Faster RCNN架构

Fig.1 Improved Faster RCNN architecture

中产生模糊或丢失,并且模块的参数量也适中,能够降低小样本数据集可能出现的过拟合风险。本文采用 pre-training+fine-tune训练策略,载入了在公开的分类数据集 ImageNet下预训练好的参数模型,能够提高模型的初始性能,在此基础上对模型进行训练,可以有效提取特征信息,并且能够共享网络权重,减少需要学习的自由变量的个数和训练网络所需的时间。在烟雾病数据集上微调参数,提升了模型的收敛速度,增加了模型的泛化能力和鲁棒性,更适合部署于算力一般的平台,更加适用于临床的应用。

1.1.2 区域生成网络

区域生成网络 RPN是 Faster RCNN模型的核心模块,主要作用是生成建议区域。它采用 3×3的 滑动窗口遍历特征图,来生成候选区域,取滑动窗口中心点为锚点,以 128、256、512 为尺度,1:1、1:2、2:1 为尺度比,每个锚点共得到 9个锚框。通过卷积层后,再由 Softmax 对锚框进行分类,9个锚框进行二分类,将其分为目标类和背景类,卷积核通道数为 9×2。同时计算对于锚框的边框回归偏移量,修正锚框,卷积核通道数为 9×4,纳入 9个锚框及各自的 4个坐标位置参数,最后获得较为精确的建议区域。RPN的输出层共有(4+2)×9维通道,较其他网络维数更少,大大降低了参数的数量,更适合用于小样本数据的检测。

由于烟雾病检测不存在多目标重叠情况,因此选取非极大值抑制(Non-maximum suppression, NMS)去除冗余的锚框,提高检测速度。对于RPN生成的锚框,将置信度分数最大的目标框作为基准框,若目标框与其IOU大于0.7,则将该目标框的置信度置为零,即去除该目标框。

当剩余的目标框与人工标定的标记框的IOU大于0.7时,认为该框为正样本,当IOU小于0.3时,则 认为其为负样本,当IOU位于0.3~0.7之间时,不纳入损失函数中计算。

RPN网络中的损失函数定义为

$$L(\lbrace p_i \rbrace \lbrace t_i \rbrace) = \frac{1}{N_{\text{cls}}} \sum_{i} L_{\text{cls}}(p_i, p_i^*) + \lambda \frac{1}{N_{\text{reg}}} \sum_{i} p_i^* L_{\text{reg}}(t_i, t_i^*)$$

$$(1)$$

式中:i表示第i个锚框, p_i 表示锚框是目标框的概率, t_i 为锚框的位置坐标, p_i^* 为目标框的判断值(正样本为1,负样本为0), t_i^* 为候选区域框的位置坐标, N_{ce} 和规范化参数。

分类损失 Lcls和回归损失 Lreg 可分别定义为

$$L_{cls}(p_i, p_i^*) = -\log[p_i p_i^* + (1 - p_i^*)(1 - p_i)]$$
(2)

$$L_{reg}(t_i, t_i^*) = R(t_i - t_i^*) \tag{3}$$

R为稳健损失函数

$$R(t_{i}, t_{i}^{*}) = \begin{cases} 0.5(t_{i} - t_{i}^{*})^{2} & |t_{i} - t_{i}^{*}| < 1\\ |t_{i} - t_{i}^{*}| - 0.5 & \text{其他} \end{cases}$$

$$(4)$$

锚框的坐标计算如下

$$t_{x} = (x - x_{a})/w_{a}, t_{y} = (y - y_{a})/h_{a}$$
 (5)

$$t_w = \log(w/w_a), t_h = \log(h/h_a)$$
(6)

$$t_{x}^{*} = (x^{*} - x_{a})/w_{a}, t_{y}^{*} = (y^{*} - y_{a})/h_{a}$$
(7)

$$t_w^* = \log(w^*/w_a), t_h^* = \log(h^*/h_a)$$
 (8)

式中:x、y、w 和 h分别为候选区域框的中心坐标、宽度和高度;x_a、y_a、w_a和 h_a为锚框的坐标及宽度和高度;x^{*}、y^{*}、w^{*}和 h^{*}为目标框的坐标及宽度和高度。

1.1.3 ROI Align特征映射

ROI Pooling 可以从候选框中截取 ROI 特征,映射到特征图的相应位置,对映射后的区域进行划分,得到相同大小的区域特征图,经过最大池化(Max pooling)操作后输出,保证了大小不同的候选区域输出结果都是固定大小。这样处理的好处是能够共享权重,使全连接层能够利用预训练的参数,减少训练模型的时间。但是候选区域框的坐标通常是浮点数,ROI Pooling 在映射过程中直接将其做最近邻插

值操作,会产生量化偏差,尤其血管的特征比较细微,如果产生严重的偏差,就会造成重要特征消失。

为了解决这个问题,在本实验中采用 ROI Align 来 代 替 ROI Pooling。 ROI Align 首 次 在 Mask RCNN^[14]中被提出,它可以避免候选区域边界在映射过程中被量化。将每个候选区域分为4个子区域,取各中心点为采样点,通过双线性插值计算得到4个采样点的像素值大小,再采用最大池化,取4个像素值的最大值作为该区域的像素值,依次得到最终的特征图。虽然 ROI Align 的取样点比 ROI Pooling 更少,但是性能却优于 ROI Pooling。如图 2所示为 ROI Pooling和 ROI Align的映射过程对比。

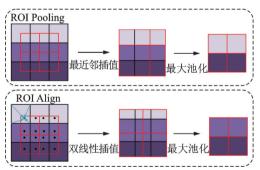


图 2 ROI Pooling 和 ROI Align 的映射过程对比

Fig.2 Comparison of mapping process between ROI Pooling and ROI Align

1.1.4 分类回归模块

分类回归部分利用已经获得的区域特征图,通过全连接层后,用 Softmax 计算每个建议区域的所属类别,输出概率向量;并且再次进行边框回归获得每个建议区域的位置偏移量,用于回归获得更加精确的目标检测框^[15]。

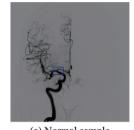
1.2 数据采集与标注

本实验所采用的数据来自复旦大学附属华山医院,共收到2017年8月至2020年12月间的433例烟雾病病例和75例正常脑血管病病例的DSA数据。选取动脉期的DSA序列,此时造影剂流经动脉供血干,烟雾病病灶显影清晰,从中提取出长宽都为512个像素的颈内动脉正位图像,并存储为JPG格式。

考虑到血管造影技术存在一定的放射性,会对人体产生伤害,因此本实验不将正常人样本纳入其中,而 是选取其他脑血管病病例的正常一侧图像作为正常样本。由于存在极小部分显影不清和伪影过强的 图像,因此经过筛洗将其去除,保留正常情况下伴有伪影及血管显影较淡的DSA图像,来提高模型在实 际应用中的鲁棒性。为了防止正常样本数量偏少产生而过拟合,对原始图像进行随机调节亮暗、水平 翻转处理及截取原始图像的一部分,以保证样本的多样性。同时保证样本数量均衡,确保模型的有效 性,共得到烟雾病样本319张,正常样本316张,以6:2:2的比例划分为训练集、验证集和测试集。

在目标检测任务中,需要对ROI进行标注,根据其轮廓勾画出标注框。采用LabelImg软件对DSA

图像颈内动脉末端大脑前、中动脉分支处进行标注。正 常样本的颈内动脉及大脑前、中动脉血管壁平滑,血管 结构完整,呈现"T"形的分叉,见图3(a)。烟雾病样本 的颈内动脉及大脑前、中动脉存在一定程度的狭窄或闭 塞,并导致血管代偿出现异常的烟雾状血管网,见图3 (b)。分别对两类样本标注为"Normal"和"MMD"。该 软件会自动生成图像的名称、图像存储路径、目标框的 类别名称、目标框坐标和长宽等信息并存储为.xml文 件。将数据制作为PASCAL VOC 2007格式的数 据集。





(a) Normal sample

(b) MMD sample

图 3 样本标记示意图

Fig.3 Schematic diagrams of marking

1.3 运行环境

本实验使用 Intel(R) Xeon(R) CPU E5-2640 v4 @ 2.40 GHz处理器,内存为128 GB,NIVDIA Tesla V100显卡,显存为16 GB,在Linux操作系统、anaconda3.7、cuda10.0、python3.6环境下,基于Pytorch 深度学习框架实现。

1.4 评价指标

在实际的临床应用中,检测的精度与速度缺一不可。本文将平均精度(Average precision, AP)作 为烟雾病样本和正常样本检测的评价指标。AP的计算需要同时考量精确率(Precision)以及召回率 (Recall),精确率定义为识别正确的物体数占总识别数量的比例,召回率定义为识别正确的物体数占样 本总体数量的比例[16]。只有使精确率和召回率同时处在一个较高的水平,才能得到较好的检测效果, 由 P-R(Precision-recall)曲线下的面积求出 AP的值,计算式为

$$AP = \sum_{n=1}^{M} (r_{n+1} - r_n) p_{\text{max}}$$
 (9)

式中: r_n 和 r_{n+1} 分别表示第n和第n+1个Recall值,p为第n和n+1个Recall值区间内的Precision值。假 设N个样本中有M个正样本,则得到M个Recall值和Precision值。

对于每个Recall区间,取该区间内最大的Precision值,并与区间长度(两个Recall值之差)相乘作为 该区间的 AP 值, 直到遍历所有区间,将每段 AP 值相加得到最后的 AP 值。AP 值越接近 1, 检测效果越 好,再对两种类别的平均精度取均值得到平均精度均值 mAP(Mean average precision, mAP),作为模型 的整体性能评价指标。

2 实验结果

2.1 标注区域大小选择

不同的标注区域所包含的特征信息不同,因此不同大小的标注区域会对实验结果产生不同影响。

为了确定可以达到最佳模型效果的标注区域大小,对比了缩小标注区域1.5倍、本文所选标注区域与扩大标注区域1.5倍的实验结果,如表1所示。

由表1可见,当缩小标注区域1.5倍时,模型的 mAP为86.37%,检测精度降低;扩大标注区域1.5倍时,模型的 mAP较原先有明显的差距,仅为81.89%,下降了12.42%。这说明过小或过大的标注区域都会影响模型性能,只有选择合适的标注区域才能提升模型的检测性能。因此本文选择标注区域正好位于颈内动脉末端大脑前、中动脉分支处,此时模型能够学习到的血管特征最有效,烟雾病样本较正常样本标注区域稍大,

表 1 改变标注区域大小前后模型评价指标对比
Table 1 Comparison of model evaluation indexes before and after changing size of marked area

	AP/	mAP/%	
你住区域	Normal	MMD	IIIAF / /0
缩小标注区域1.5倍	92.48	80.26	86.37
本文所选标注区域	99.23	89.39	94.31
扩大标注区域1.5倍	87.21	76.57	81.89

可以更好地获取细小血管的特征信息。这可以避免标注区域过小使模型得不到足够的特征信息来学习,也可以防止标注区域过大,使颈内动脉的其他血管特征信息对检测造成干扰,使模型学习到大量无关特征,从而影响模型整体的检测性能。

2.2 训练参数选择

为了提高模型的检测精度,需要调整网络超参数。针对ResNet101+Align组合设置超参数。权重衰减速率为0.0005,学习率(Learning rate, LR)衰减速率为0.1,动量为0.9,迭代次数为10000次。对模型的批大小进行调整来减少所需的训练时间,对模型的初始学习率进行调整使损失函数收敛效果更好,进一步提高精度。初始学习率为0.001时,批大小调整结果如表2所示。

由表2可知,当批大小为2时,检测效果最

表 2 初始学习率为 0.001 时,调整批大小测试结果
Table 2 Test results of adjusting the batch size when initial learning rate is 0.001

批大小	AP/%		mAP/%	训练时间/
111人小	Normal	MMD	IIIAF//0	min
1	95.31	86.59	90.95	33.37
2	95.45	86.91	91.18	24.38
4	87.93	76.24	82.085	20.85
8	82.68	73.53	78.105	17.76

好,mAP为91.18%,与批大小为1时的结果较为接近,且所需时间较少。是当批大小继续增大反而造成精度下降的原因在于本次实验所采用的数据集规模较小,过大的批大小使收敛速度加快,有可能陷入局部最优而无法提升整体精度。因此在批大小为2的条件下,继续对初始学习率进行调整。

批大小为2时,初始学习率调整结果如表3所示。图4为模型在不同初始学习率下的损失函数值,观察纵坐标可以确认模型的收敛性。

由表 3 可知, 当初始学习率为 0.005 时, mAP最高, 为 94.31%。且根据图 4 的损失函数变化曲线来

看,学习率为0.001和0.003时,达到收敛时的损失函数值较大。当学习率为0.005时(图中黄色粗线),损失函数值最小,且相较其他3条曲线,收敛最为平滑,效果最好。学习率为0.007时,损失函数前部下降较快,但最终收敛值较学习率为0.005时更大。经过比较,当学习率为0.005时,模型效果最好。

因此,本实验采用的批大小为2,初始学习率为0.005。

表 3 批大小为 2 时,调整初始学习率测试结果
Table 3 Test results of adjusting initial learning rate
when batch size is 2

知松兴习录	AP	/ %	mAP/%
初始学习率 -	Normal	MMD	MAP/ 70
0.001	95.45	86.91	91.18
0.003	96.52	87.31	91.915
0.005	99.23	89.39	94.31
0.007	97.48	88.05	92.765

2.3 不同 IOU 阈值对检测效果的影响

在RPN中,如果NMS的IOU阈值设得过大就会造成目标框数量冗余,如果IOU阈值过小则容易出现误检的问题。因此不同的IOU阈值会影响到最终的检测效果,对比不同IOU阈值下的检测精度,选取最优的IOU阈值进行训练。

根据表 4 的结果, 当 IOU 阈值为 0.7 时,模型的 mAP最高,为 94.31%; IOU 阈值为 0.9 时的模型精度与 IOU 阈值为 0.7 时的 mAP 相差最大,为 12.09%,检测效果差异较大。增大或减小 IOU 阈值都会使检测精度下降,说明只有选择合适的 IOU 阈值才能使模型检测效果最好。因此,为了确保模型的训练效果,本实验选择 0.7 作为 IOU 阈值。

2.4 不同特征提取网络和特征映射方法组合实 验效果对比

为了验证网络的性能,本实验对 ResNet101及 VGG16 特征提取网络和 ROI Pooling、ROI Align 特征映射方法进行组合,测试它们的检测效果,并且对正常样本和烟雾病样本进行测试,得到最终的实验结果,如表5所示。

实验结果表明,使用 ResNet101+ROI Align 组合时,模型的检测效果最好,mAP为94.31%,其中对于正常样本的AP达到了99.23%,这是由于正

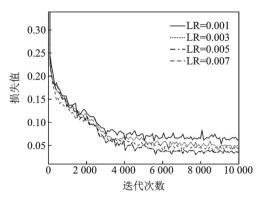


图 4 不同初始学习率下的损失函数变化曲线 Fig. 4 Variation curves of loss function under different initial learning rates

表 4 改变 IOU 阈值前后模型检测精度对比
Table 4 Comparison of average precision before and after changing IOU threshold

IOU 阈值	AP	mAP/%	
IOU関狙	Normal	MMD	IIIAF//0
0.5	86.20	79.06	82.63
0.6	91.63	81.94	86.785
0.7	99.23	89.39	94.31
0.8	93.56	82.08	87.82
0.9	87.94	76.50	82.22

常样本的特征较为明显。烟雾病样本AP较正常样本AP低的原因是因为烟雾病的血管形态较为多样,且血管较细,不易区分。但是该方法对于烟雾病样本的AP在4种方法中也是最好的,这是由于残差网络使用了跳跃连接的残差块,使特征信息易于在各层间流动,同时ROI Align方法减小了在特征映射过程中产生的误差。对于ResNet101+ROI Pooling组合,两种样本的准确率都和ResNet101+ROI Align组合相差10个百分点以上,这是因为ResNet101网络提取细小血管特征能力较好,但是ROI Pooling的量化操作对小特征的影响较大,产生了严重误差。当使用VGG16作为特征提取网络时,使用ROI Align方

法对最终的 AP和 mAP有小幅提高。在 训练时间上,可以看出采用 ResNet101比 VGG16训练速度稍快, 因为 ResNet101较 VGG16的参数更少,所以运算速度有一定的提高,同时采用 ROI Pooling 比 ROI Align 更快,这是由于双线性插值比最近邻插值计算更为复杂,因此需要更多的计算时间。

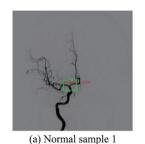
表 5 4 种组合实验效果对比

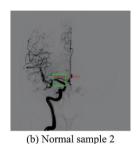
Table 5 Comparison of experimental results of four combinations

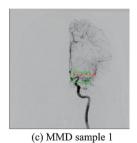
模型	AP/%		mAP/%	训练时间/
快空	Normal	MMD	III/ AF / / 0	min
VGG16+ROI Pooling	88.85	86.22	87.535	25.115 8
VGG16+ROI Align	89.52	86.66	88.09	25.322 2
ResNet101+ROI Pooling	89.02	77.86	83.44	22.979 5
ResNet101+ROI Align	99.23	89.39	94.31	23.342 8

2.5 改进 Faster RCNN 模型识别样例

改进Faster RCNN模型识别举例如图5所示。检测结果显示,该模型有效检测出了血管位置,图(a,b)为正常样本检测结果,检测置信度分别为0.999和1.000,图(c,d)为烟雾病样本检测结果,检测置信度都为0.998。可以看出该模型检测效果良好,对血管结构和位置的检测较为精准,表明该模型在实际的临床应用中,进行烟雾病的检测是可行且有效的。







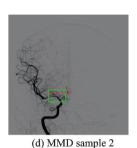


图 5 改进 Faster RCNN模型识别样例

Fig.5 Identification examples of improved Faster RCNN model

2.6 对比实验

Faster RCNN是一个两阶段模型,为了验证改进的Faster RCNN模型的检测性能,将其结果与经典的单阶段模型 YOLOv3^[17]和 SSD^[18]进行对比,结果如表6所示。单阶段模型可以直接使用神经网络在待检测图像中得到候选框的坐标、所含物体的类别及对应的置信度。

由实验结果可知,YOLOv3和SSD模型虽然可以实现血管的检测与定位,并且检测时间较短,但由于该算法直接跳过了生成建议区域的部

表 6 改进的 Faster RCNN 模型与不同检测模型实验 效果对比

Table 6 Comparison of experimental results of improved Faster RCNN model with different testing models

方法	单张检测时间/s	mAP/%
改进的 Faster RCNN	0.195	94.31
YOLOv3	0.064	87.37
SSD	0.078	85.61

分,直接将提取到的特征用于检测,省略了对标定框的回归,因此其检测区域存在一定偏差且检测精度较低。虽然本文模型的单张检测耗时较长,但其 mAP分别比 YOLOv3和 SSD的 mAP高出 6.94%和8.70%,检测精度得到了较大的提升。因此,改进的Faster RCNN可以更加准确有效地检测烟雾病。

3 结束语

为了实现烟雾病的自动辅助检测,结合烟雾病 DSA 图像血管特点,本文在传统 Faster RCNN 模型的基础上,主要完成了以下几点工作:

- (1)提出了用于烟雾病检测的 Faster RCNN 改进模型,采用 ResNet101提取小血管特征,RPN 定位烟雾病病灶,并且使用 ROI Align 方法保留小血管特征的完整度,从而实现了烟雾病的自动检测与定位。
- (2)使用数据增强方法扩充现有数据,使其满足用于深度学习模型训练的需求,降低过拟合的风险,然后通过对比确定了适用于烟雾病检测的图像标注区域大小、模型超参数和IOU阈值。
 - (3)将不同特征提取网络和特征映射方法进行组合,并且和其他两种目标检测算法进行对比。

实验结果表明,改进的 Faster RCNN模型具有良好的检测能力,优于对比算法,mAP达到 94.31%。该模型可以在复杂的血管图像中较为精准地诊断出烟雾病,能够较好地鉴别出烟雾血管及周边结构的

特征,为以后的预测研究提供可靠的基础,而且本文模型参数量较少,易于在临床平台部署,可以提高 检测效率,降低人力成本,具有实际的应用价值。随着日后样本数的增多、血管造影技术的升级及模型 结构的优化,其检测精度还有待进一步的提升。

参考文献:

- [1] 贺国华,王振.急性缺血性脑血管病血管内治疗进展[J].中国实用神经疾病杂志,2020,23(13): 1193-1197. HE Guohua, WANG Zhen. Progress in endovascular treatment of acute ischemic cerebrovascular disease[J]. Chinese Journal of Practical Nervous Diseases, 2020, 23(13): 1193-1197.
- [2] 宋晓雯,张谦,赵继宗.烟雾病流行病学研究进展[J].中华脑血管病杂志(电子版),2021,15(1): 9-15.

 SONG Xiaowen, ZHANG Qian, ZHAO Jizong. Research progress in the epidemiology of moyamoya disease[J]. Chinese Journal of Cerebrovascular Diseases(Electronic Edition), 2021, 15(1): 9-15.
- [3] Research Committee on the Pathology and Treatment of Spontaneous Occlusion of the Circle of Willis, Health Labour Sciences Research Grant for Research on Measures for Infractable Disease. Guidelines for diagnosis and treatment of moyamoya disease (spontaneous occlusion of the circle of Willis)[J]. Neurologia Medico Chirurgica, 2012, 52(5): 245-266.
- [4] 徐佳丽,李思颜,吉训明.烟雾病的治疗进展[J].中风与神经疾病杂志,2018,35(11): 1049-1052.

 XU Jiali, LI Sijie, JI Xunming. Advances in the treatment of moyamoya disease[J]. Journal of Apoplexy and Nervous Diseases, 2018, 35(11): 1049-1052.
- [5] TACKEUN K, HEO J, JANG D K, et al. Machine learning for detecting moyamoya disease in plain skull radiography using a convolutional neural network[J]. EBioMedicine, 2019, 40(2): 636-642.
- [6] AKIYAMA Y, MIKAMI T, MIKUNI N. Deep learning-based approach for the diagnosis of moyamoya disease[J]. Journal of Stroke and Cerebrovascular Diseases, 2020, 29(12): 1-8.
- [7] 卢宏涛,张秦川.深度卷积神经网络在计算机视觉中的应用研究综述[J].数据采集与处理,2016,31(1): 1-17. LU Hongtao, ZHANG Qinchuan. Applications of deep convolutional neural network in computer vision[J]. Journal of Data Acquisition and Processing, 2016, 31(1): 1-17.
- [8] REN S, HE K, GIRSHICK R, et al. Faster R-CNN: Towards real-time object detection with region proposal networks[J]. IEEE Transactions on Pattern Analysis & Machine Intelligence, 2017, 39(6): 1137-1149.
- [9] CHEN K B, XUAN Y, LIN A J, et al. Esophageal cancer detection based on classification of gastrointestinal CT images using improved Faster RCNN[J]. Computer Methods and Programs in Biomedicine, 2021, 207: 106172.
- [10] 徐一舫,卓一瑶,孙海洋,等.基于 Faster R-CNN 的乳腺肿块辅助检测[J].电脑知识与技术,2019,15(18): 217-220.

 XU Yifang, ZHUO Yiyao, SUN Haiyang, et al. Assisted detection of breast masses based on Faster R-CNN[J]. Computer Knowledge and Technology, 2019, 15(18): 217-220.
- [11] 石珂珂,杨恒,肖炜平,等.基于Faster-RCNN的正常数字减影血管造影脑血管检测与时相分期研究[J].中国临床神经科学, 2020,28(4): 379-387.
 - SHI Keke, YANG Heng, XIAO Weiping, et al. Normal cerebrovascular detection and time series classification based on Faster-RCNN[J]. Chinese Journal of Clinical Neurosciences, 2020, 28(4): 379-387.
- [12] MA S L, HUANG Y, CHE X J, et al. Faster RCNN-based detection of cervical spinal cord injury and disc degeneration[J]. Journal of Applied Clinical Medical Physics, 2020, 21(9): 235-243.
- [13] HE K M, ZHANG X Y, REN S Q, et al. Deep residual learning for image recognition[C]//Proceedings of 2016 IEEE Conference on Computer Vision and Pattern Recognition. [S.1.]:IEEE, 2016: 770-778.
- [14] HE K, GKIOXARI G, DOLLÁR P, et al. Mask R-CNN[C]//Proceedings of IEEE Transactions on Pattern Analysis & Machine Intelligence. [S.l.]:IEEE, 2017: 2961-2969.
- [15] 房靖晶,成金勇.基于Faster R-CNN的办公用品目标检测[J]. 计算机与现代化, 2019(1): 40-44. FANG Jingjing, CHENG Jinyong. Office supplies target detection based on Faster R-CNN[J]. Computer and Modernization,

2019(1): 40-44.

- [16] 黄宁霞,张荣芬,刘宇红.改进深度学习框架 Faster RCNN的人行道障碍物目标检测[J]. 机械设计与研究, 2021, 37(2): 7-12. HUANG Ningxia, ZHANG Rongfen, LIU Yuhong. Sidewalk obstacle target detection based on improved Faster RCNN framework of deep learning[J]. Machine Design & Research, 2021, 37(2): 7-12.
- [17] REDMON J, FARHADI A. YOLOv3: An incremental improvement[EB/OL].(2018-04-08)[2021-12-19]. https://arxiv.org/abs/1804.02767.
- [18] LIU W, ANGUELOV D, ERHAN D, et al. SSD: Single shot multibox detector [C]//Proceedings of European Conference on Computer Vision. [S.l.]: Springer, 2016: 21-37.

作者简介:



徐佳薇(1998-),女,硕士研究生,研究方向:医学影像技术,E-mail:xjwksl@163.com。



武杰(1976-),通信作者, 男,博士,讲师,研究方向: 医学影像技术,E-mail:wujie3773@sina.com。



雷字(1988-),男,主治医师,研究方向:脑血管病的基础与临床。



顾字翔(1972-),男,主任医师,研究方向:脑血管病的基础与临床。

(编辑:王静)